

مقایسه زمان آغاز فعالیت عضلات منتخب مچ پا در ورزشکاران با و بدون محدودیت دامنه حرکتی دورسی فلکشن، حین پرش - فرود تک پا

محمد کلانتریان^{۱*}، هونم مینونژاد^۲، رضا رجبی^۳

چکیده

هدف: محدودیت دامنه حرکتی دورسی فلکشن مچ پا به عنوان یکی از مهم‌ترین عوامل خطرساز بروز آسیب پیچ خورده‌گی مچ پا می‌باشد که می‌تواند کنترل عصبی-عضلانی عضلات اطراف مچ پا را دچار اختلال کند. لذا هدف از تحقیق حاضر مقایسه‌ی زمان آغاز فعالیت الکتروموگرافی منتخبی از عضلات اطراف مفصل مچ پایی ورزشکاران دارای محدودیت دامنه حرکتی دورسی فلکشن مچ پا با ورزشکاران سالم، در حین انجام حرکت پرش-فرود تک پا می‌باشد.

روش بررسی: ۱۵ نفر ورزشکار مرد دارای محدودیت دامنه حرکتی دورسی فلکشن مچ پا در گروه دارای محدودیت و همین تعداد ورزشکار مرد فاقد محدودیت دامنه حرکتی دورسی فلکشن مچ پا نیز در گروه کنترل قرار گرفتند. جهت اندازه‌گیری دامنه حرکتی مچ پا از گونیومتر یونیورسال استفاده شد. زمان آغاز فعالیت الکتروموگرافی عضلات ساق، حین انجام تکلیف پرش-فرود تک پا ثبت شد. برای مقایسه زمان آغاز فعالیت الکتروموگرافی عضلات بین دو گروه از روش آماری تحلیل واریانس چند متغیری استفاده شد. سطح معنی داری در تمامی تجزیه و تحلیل‌های آماری ۰/۰۵ در نظر گرفته شد.

یافته‌ها: نتایج تحقیق نشان داد که عضلات پرونگوس لانگوس، گاستروکنیوس خارجی و سولئوس در گروه ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی، به طور معنی داری تأخیر بیشتری در زمان آغاز فعالیت خود نسبت به گروه کنترل می‌باشند. اما زمان آغاز فعالیت عضله‌ی تیبیالیس قدامی، در بین دو گروه تقاضوت معنی داری نداشت.

نتیجه‌گیری: تأخیر در زمان آغاز فعالیت عضلات مچ پا که در گروه محدودیت حرکتی مشاهده شده را می‌توان به تغییر در برنامه‌های از پیش طراحی شده‌ی کنترل حرکتی سیستم عصبی و همچنین اختلال در پیام‌های آوران حس عمقی مفصل مچ پا نسبت داد.

کلید واژه‌ها: تأخیر آغاز فعالیت، محدودیت دورسی فلکشن، ورزشکار، پرش-فرود تک پا

پذیرش مقاله: ۹۲/۱۱/۰۱

دریافت مقاله: ۹۲/۱۰/۰۹

۱- کارشناس ارشد آسیب‌شناسی ورزشی و حرکات اصلاحی، دانشکده تربیت بدنی، دانشگاه تهران

۲- استادیار گروه طب ورزش، دانشکده تربیت بدنی، دانشگاه تهران

۳- استاد گروه طب ورزش، دانشکده تربیت بدنی، دانشگاه تهران

* آدرس نویسنده مسئول:

تهران، خیابان کارگر شمالی، دانشکده تربیت بدنی دانشگاه تهران.

* تلفن: ۰۹۱۲۸۳۱۶۱۶۸

* رایانامه: mkalantariyan@ut.ac.ir

مقدمه

حين انجام حرکات مختلف ورزشی، بر عملکرد عصبی-عضلانی اندام تحتانی نیز تأثیر گذاشته و فعالیت عضلات اطراف مج پا را تغییر می‌دهد^(۱۹)،^(۲،۴)،^(۹) ماقروم^۵ و همکاران در تحقیقی با محدود کردن دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مج پا از طریق قرار دادن یک تخته‌ی شیب‌دار در قسمت جلوی پای افراد، مشاهده کردند که این کاهش دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن، علاوه بر تغییر در کینماتیک اندام تحتانی، فعالیت عضلات وستوس داخلی و خارجی^۶ را کاهش، فعالیت عضله‌ی گاستروکنیوس خارجی^۷ را بدون تغییر و فعالیت عضله‌ی سولئوس^۸ را افزایش می‌دهد^(۱۷).

سیستم عصبی-عضلانی نقش بسیار تعیین‌کننده‌ای در فعال‌سازی به موقع عضلات اطراف مج پا و پیشگیری از بروز آسیب پیچ خوردگی مج پا دارد. اهمیت فعال‌سازی مناسب و به موقع عضلات پرونال و عضلات پلانتارفلکسور مج پا که نقش محافظتی و بسیار تعیین‌کننده‌ای در کنترل الگوهای حرکتی مج پا به‌هنگام فرود ایفا می‌کنند، در تحقیقات مختلف مورد توجه قرار گرفته است^(۱۸، ۴-۲۲). محققان بر نقش عضلات پرونال در جلوگیری از ایجاد گشتاورهای احتمالی اینورژنی مج پا به هنگام فرود تأکید دارند^(۲۲، ۱۸، ۴). همچنین بیان شده است که عضلات پلانتارفلکسور نیز، نقش بارزی در جلوگیری از بروز آسیب پیچ خوردگی مج پا بوسیله‌ی بکارگیری گشتاور اکستنسوری مناسب در جهت کاهش شتاب بدن به سمت پایین، به هنگام فرود ایفا می‌کنند^(۲۱).

هر عاملی که عملکرد سامانه عصبی-عضلانی را دچار اختلال کند، می‌تواند مج پا را در معرض آسیب قرار دهد^(۲۳). همان‌طور که گفته شد، کاهش دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مج پا، یکی از عواملی است که میتواند سبب تغییر در عملکرد عصبی-عضلانی عضلات اطراف مج پا شود و این مفصل را در معرض آسیب پیچ خوردگی قرار دهد. با این حال تعداد مطالعاتی که به بررسی تأثیر کاهش دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مج پا بر عملکرد عصبی-عضلانی عضلات اطراف مفصل مج پا پرداخته باشد، محدود و انگشت‌شمار است. اندک تحقیقاتی نیز که در این خصوص انجام شده است، عمده‌تاً بر روی افرادی بوده که خود بطور طبیعی دارای محدودیت دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مج پا نبوده‌اند و محققان در آن تحقیقات با اعمال یک مداخله، دامنه‌ی حرکتی مج پا را بصورت غیرطبیعی دست کاری کرده‌اند. لذا هدف از این تحقیق، مقایسه‌ی زمان آغاز فعالیت منتخبی از عضلات اطراف مفصل مج پا (پرونالوس لانگوس، گاستروکنیوس خارجی، سولئوس و تیبیالیس قدامی)

نتایج تحقیقات نشان می‌دهد که قسمت اعظمی از آسیب‌های ورزشی مربوط به اندام تحتانی می‌باشد^(۱). در این بین، مج پا شایع‌ترین موضع بروز آسیب می‌باشد که ۲۵ درصد از کلیه آسیب‌های ورزشی را به خود اختصاص می‌دهد. همچنین در بین آسیب‌های مج پا، کشیدگی^۱ لیگامنهای جانب خارجی مج پا ۸۵ درصد از کلیه آسیب‌های مج پا را تشکیل می‌دهد^(۱، ۲، ۳). پیچ خوردگی مج پا، علاوه بر دور نگه داشتن ورزشکار از فعالیت‌های ورزشی، عوارض جانبی دیگری را نیز به دنبال دارد که از آن جمله می‌توان به احتمال وقوع بی‌ثباتی عملکردی^۲ (۷۰ درصد موارد)^(۴)، درد مزمن، استئومارتیت^۳ مج پا، کاهش کیفیت زندگی و در نهایت ناتوانی اشاره داشت^(۱، ۳، ۵). میزان شیوع بالای پیچ خوردگی مج پا و پیامدهای جانبی پس از آن، ضرورت شناخت عوامل خطرساز و ساز و کار بروز این آسیب و همچنین اجرای برنامه‌های غربالگری جهت شناسایی افراد در معرض خطر و به کارگیری اقدامات پیشگیرانه از بروز این آسیب را بیان می‌دارد.

کاهش دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مفصل مج پا از جمله‌ی مهم‌ترین عواملی است که می‌تواند مج پا در معرض آسیب پیچ خوردگی قرار دهد^(۶-۱۲). بطوريکه براديک^۴ و همکاران بیان می‌کنند که خطر آسیب پیچ خوردگی مج پا در افرادی که انعطاف‌پذیری مناسبی در عضلات مج پا ندارند، تا پنج برابر بیشتر از سایرین است^(۱۳). محققان معتقدند که انجام فعالیت‌های مهم ورزشی نظیر چمباتمه زدن، دویلن و پرش و فرود، بهره‌مندی از دامنه‌ی دورسی‌فلکشن ۲۰ تا ۳۰ درجه را می‌طلبند^(۱۴-۱۶). لذا توجه به برخورداری از دامنه‌ی طبیعی حرکات مفصل مج پا و انعطاف‌پذیری مناسب بافت‌های نرم اطراف مفصل، بخصوص انعطاف‌پذیری ساختارهای خلفی ساق پا برای انجام فعالیت‌های مختلف، به خصوص در افراد ورزشکار حیاتی می‌باشد. مج پا بیشترین ثبات را در وضعیت دورسی‌فلکشن و کمترین ثبات را در وضعیت پلانتارفلکشن دارد. محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن باعث می‌شود تا مج پا در طی انجام فعالیت‌های مختلف، به دامنه‌ی طبیعی دورسی‌فلکشن خود نرسد و در پلانتارفلکشن نسبی باقی بماند. این حالت باعث می‌شود تا مج پا به حداقل ثبات مکانیکی خود^۵ دست پیدا نکند و عدم دستیابی این مفصل به حداقل ثبات مکانیکی خود، احتمال خطر ایجاد حرکت اینورژن غیرطبیعی را افزایش می‌دهد (ساز و کار بروز پیچ خوردگی مج پا)^(۱۴).

نتایج تحقیقات نشان داده‌اند که کاهش دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مج پا، علاوه بر تغییر در کینماتیک اندام تحتانی در



الکترومیوگرافی سطحی ۱۶ کاناله مدل (ام ایی ۶۰۰۰)^۱ ساخت شرکت مگاوبین^۲ کشور فنلاند استفاده شد. جهت آماده‌سازی پوست و کاهش مقاومت آن، ابتدا موهای زائد محل مورد نظر با تیغ اصلاح یکبار مصرف تراشیده و سپس با الکل تمیز شد. از الکترودهای چسبنده و یک بار مصرف و از جنس نقره / کلرید نقره^۳ با سطح مقاطع دایره‌ای به قطر ۱۰ میلی‌متر استفاده شد و الکترودگذاری به روش دو قطبی و فاصله مرکز به مرکز الکترودها ۲۰ میلی‌متر در نظر گرفته شد^{۲۶، ۲۷}. ضمناً در الکترودگذاری از روش ارائه شده در استاندارد اروپا^۴ تعیت شد. الکترودگذاری عضله پرونئوس لانگوس در فاصله‌ی یک‌چهارم سر استخوان فیبولا تا قوزک خارجی، الکترودگذاری عضله گاستروکنمیوس خارجی در فاصله‌ی یک‌سوم سر استخوان فیبولا تا مرکز پاشنه پا، الکترودگذاری عضله سولئوس در دوسرم فاصله میان خطی که کنديل داخلی ران و قوزک داخلی را به هم متصل می‌نماید و الکترودگذاری عضله تیبیالیس قدامی در یک سوم فاصله سر استخوان فیبولا و قوزک داخلی در راستای تارهای عضلات و بر روی بالک عضلات انجام گرفت. الکترود زمین نیز در فاصله‌ای مناسب از بالک عضلات و بر روی یک ناحیه‌ی استخوانی چسبانیده شد. همچنین از هر یک از عضلات یک انقباض ارادی بمنظور دقت بیشتر در تعیین محل اتصال الکترودها، گرفته شد.

برای جلوگیری از جابجایی الکترودها و ایجاد اغتشاش در موج ثبت شده، الکترودها و کابل‌های آن، بوسیله‌ی چسب کاغذی به بدن ثابت شدند و پیش از ثبت امواج الکترومغناطیس عضلات، امواج از لحظه وجود نویزهای مزاحم بررسی شدند^{۲۰}. پس از آماده شدن کامل فرد، بمنظور آشنایی کامل با تکلیف پرش-فرود تک پا، ابتدا توضیحات کاملی در خصوص نحوه انجام تکلیف، برای نمونه‌های تحقیق ارائه شد. سپس از آنها خواسته می‌شد تا با توجه به توضیحات ارائه شده و برای آمادگی بیشتر، تکلیف را برای چند مرتبه تمرین و تکرار نمایند. پس از آن و در حالی که دستگاه الکترومیوگرافی روشن بود، بمنظور ثبت زمان آغاز فعالیت عضلات، از آنها خواسته می‌شد تا تکلیف را برای پنج بار و با زمان استراحت یک دقیقه بین هر تکرار، انجام دهد. نحوه انجام تکلیف پرش-فرود تک پا بدین صورت بود که از فرد خواسته می‌شد تا بر روی یک پله‌ی ۴۰ سانتی‌متری که با هدف انجام تکلیف پرش-فرود تعییه شده بود، در حالی که دست‌هایش را بر روی کمر خود قرار داده، پای مورد آزمون (پای برتر) را از زانو خم کرده و با پای دیگر بایستد. سپس به میزان پنج درصد قد خود به بالا پریده و با پای مورد آزمون در مرکز دستگاه سوئیچ پایی^۵ که بمنظور ثبت لحظه‌ی تماس پا با زمین ساخته شده بود، فرود آید و تعادل خود را برای مدت ۳ ثانیه

ورزشکاران دارای محدودیت دامنه‌ی حرکتی دورسی فلکشن مج پا و ورزشکاران سالم، در حین انجام حرکت پرش-فرود تک پا می‌باشد.

روش بررسی

این تحقیق توصیفی- مقایسه‌ای بر روی ۱۵ ورزشکار مرد ۲۵-۲۰ ساله دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن و ۱۵ اورزشکار مرد سالم انجام شد. نمونه‌های تحقیق به صورت غیر تصادفی و از بین دانشجویان عضو تیم‌های هندبال، بسکتبال و والیبال دانشگاه تهران، انتخاب شدند و در هر گروه ۵ والیالیست، ۵ هندبالیست و ۵ بسکتبالیست قرار گرفتند. نمونه‌های دو گروه از نظر پارامترهایی همچون سن، قد و وزن و شاخص توده بدنی همسان انتخاب شدند. معیارهای خروج از تحقیق عبارت بودند از: سابقه پیچ خودگی مج پا در دو سال قبل از زمان اندازه‌گیری، وجود بی‌ثباتی عملکردی مفصل مج پا، وجود بی‌ثباتی مکانیکی مفصل مج پا، سابقه شکستگی یا جراحی مفاصل اندام تحتانی، سابقه آسیب لیگامانی یا منیسک در زانو، داشتن سابقه برنامه توانبخشی برای اندام تحتانی (در شش ماه قبل از زمان اندازه‌گیری)، وجود بیماری‌های سیستمیک مانند روماتیسم و دیابت و سابقه مشکلات تعادلی (۲۲).

جهت اندازه‌گیری دامنه‌ی حرکتی دورسی فلکشن مج پا برای تشخیص ورزشکارانی که دارای محدودیت حرکتی بودند، از گونیامتر یونیورسال استفاده شد. به همین منظور، از افراد خواسته می‌شد تا بصورت دمرو با زانوی کاملاً صاف بر روی تخت دراز بکشند. سپس گونیامتر یونیورسال بر روی مفصل مج پا قرار داده می‌شد، بطوریکه یک بازوی آن در راستای استخوان نازک‌نی و بازوی دیگر آن در راستای استخوان پنجم کف پایی قرار داده می‌شد. دامنه‌ی غیرفعال دورسی فلکشن مفصل از وضعیت طبیعی مفصل (صفر درجه) اندازه‌گیری شد^{۲۵، ۲۴، ۱۱، ۱۰}. جهت حصول اطمینان از وجود و یا عدم وجود محدودیت حرکتی دورسی فلکشن مج پا در نمونه‌های تحقیقی، سعی شد افرادی انتخاب شوند که ۳ درجه از میزان طبیعی دورسی فلکشن مج پا (۲۰ درجه) فاصله داشته باشند^(۴). برهمنی اساس افرادی در گروه محدودیت حرکتی قرار می‌گرفتند که دامنه‌ی حرکتی دورسی فلکشن مج پایشان کمتر از ۱۷ درجه و افرادی در گروه کترول قرار می‌گرفتند که دامنه‌ی حرکتی دورسی فلکشن مج پایشان بیشتر از ۲۳ درجه بود.

عضلات مورد ارزیابی در تحقیق حاضر شامل عضلات پرونئوس لانگوس، گاستروکنمیوس خارجی، سولئوس و تیبیالیس قدامی بودند. به منظور ثبت زمان آغاز فعالیت عضلات، از دستگاه

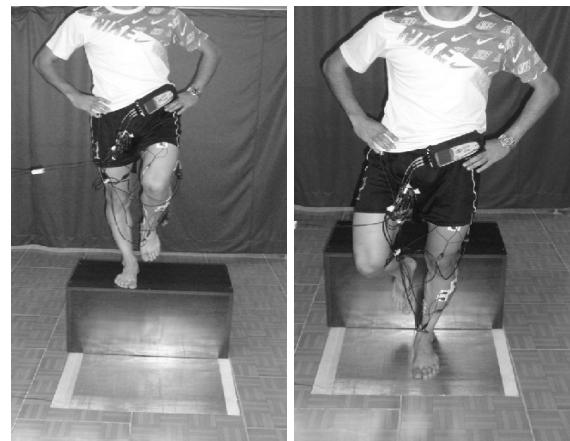
حفظ نماید(شکل ۱) (۲۱، ۲۲). قابل ذکر است میزان پرش بر حسب پنج درصد قد بر روی استادیومتر مشخص می‌گردید و فرد باید به اندازه مشخص شده بر روی استادیومتر می‌پرید که این میزان پرش توسط محقق کنترل می‌شد.

قابل ذکر است قبل از انجام تحقیق ۳ نفر از ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن و ۳ نفر از ورزشکاران سالم که قرار بود در تحقیق شرکت کنند بصورت تصادفی انتخاب شدند و با انجام تکلیف پرش_فرود تکپا به تکرار ۵ بار میزان پایایی زمان آغاز فعالیت عضلات بوسیله الکتروموگرافی در این افراد مورد بررسی قرار گرفت. پایایی زمان آغاز فعالیت عضلات در هر دو گروه ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی (پرونئوس لانگوس ICC: ۹۱/۰، گاستروکنیوس خارجی ICC: ۸۲/۰، سولئوس ICC: ۸۷/۰، تیبیالیس قدامی ICC: ۸۴/۰) و ورزشکاران سالم (پرونئوس لانگوس ICC: ۸۷/۰، گاستروکنیوس خارجی ICC: ۸۰/۰، سولئوس ICC: ۸۳/۰، تیبیالیس قدامی ICC: ۹۰/۰) بالا بدست آمد.

برای توصیف متغیرها از آمار توصیفی و برای تجزیه و تحلیل یافته‌ها از آمار استنباطی استفاده شد. داده‌ها بوسیله نرم‌افزار اس پی اس اس^۴ نسخه ۱۹ مورد تجزیه و تحلیل قرار گرفتند. جهت بررسی وجود اختلاف در مشخصات آنtrapوتومتریکی بین دو گروه، از آزمون تی مستقل و برای مقایسه زمان آغاز فعالیت عضلات بین دو گروه از روش آماری تحلیل واریانس چندمتغیری^۵ استفاده شد. سطح معنی داری در تمامی تجزیه و تحلیل‌های آماری ۰/۰۵ در نظر گرفته شد.

یافته‌ها

مشخصات مربوط به سن، قد، وزن، شاخص توده بدنی و دامنه دورسی فلکشن نمونه‌های تحقیقی به تفکیک گروه مربوطه در جدول شماره ۱ گزارش شده است.



شکل ۱: نحوه انجام تکلیف پرش فرود

برای محاسبه زمان آغاز فعالیت عضلات، در ابتدا امواج یکسویه شده و سه برابر انحراف استاندارد میزان فعالیت الکترومیکی عضله در خط زمینه به عنوان آستانه آغاز فعالیت شناخته می‌شد. بر طبق قرارداد، هنگامی که فعالیت عضله به آستانه رسید و حداقل به مدت ۲۵ میلی ثانیه بالای سطح آستانه باقی ماند، این نقطه به عنوان زمان آغاز فعالیت در نظر گرفته می‌شود(۲۶). در تحقیق حاضر، از این روش در بازه زمانی ۳۰۰ میلی ثانیه پیش از برخورد پا با زمین استفاده شد. برای انجام محاسبات فوق، ابتدا فایل‌های ثبت شده در برنامه مگاوین به فرمت آسکی^۱ تبدیل شده و سپس در برنامه مطلب^۲ مورد بررسی قرار گرفت. سیگنال‌های الکتروموگرافی در برنامه نوشته شده توسط متخصص الکترونیک

جدول ۱- نتایج آزمون تی مستقل جهت بررسی وجود اختلاف بین مشخصات آنtrapوتومتریکی گروه کنترل (۱۵n)= و گروه دارای محدودیت دورسی فلکشن (۱۵n)=؛ میانگین ± انحراف معیار

P	دامنه اعداد	گروه محدودیت دورسی فلکشن	دامنه اعداد	گروه کنترل	متغیر
۰/۵۴	۷۱-۸۳	۷۹/۰۶±۵/۳۱	۶۷-۸۳	۸۰/۸۴±۵/۵۴	وزن (kg)
۰/۰۹	۱۷۳-۱۹۰	۱۸۶±۴/۸۷	۱۷۵-۱۹۰	۱۸۸±۴/۹۵	قد (cm)
۰/۲۷	۲۲/۵۷-۲۴/۸۳	۲۳/۹۷	-۲۵/۴۸	۲۴/۳۱	شاخص توده بدنی (kg/m^2)
۰/۹۱	۲۰-۲۴	۲۲/۸±۱/۳۳	۲۰-۲۵	۲۲/۳±۱/۳۶	سن (سال)
۰/۰۰	۹-۱۶	۱۲/۹۳±۲/۱۷	۲۳-۲۸	۲۵/۳±۱/۳۱	دورسی-فلکشن (درجه)



گروه ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن و ورزشکاران سالم اختلاف معنی داری وجود دارد ($p=0.004$) (جدول ۲).

نتایج حاصل از آزمون تحلیل واریانس چندمتغیری برای بررسی اختلاف میانگین زمان آغاز فعالیت عضلات دو گروه نشان داد هنگامی که زمان آغاز فعالیت هر ۴ عضله توأم با هم در نظر گرفته شوند، بین زمان آغاز فعالیت ۴ عضله در بین دو

جدول ۲- نتایج MANOVA برای مقایسه زمان آغاز فعالیت عضلات منتخب، بین دو گروه کنترل و محدودیت دورسی فلکشن

متغیر	زمان آغاز فعالیت	Wilks' λ	F	Sig.	² Partial
	۰/۵۳۶	۵/۱۹	۰/۰۰۴	۰/۴۶	

بیشتری را در زمان آغاز فعالیت عضلات ذکر شده نشان دادند؛ در حالی که زمان آغاز فعالیت عضله تبیالیس قدامی بین دو گروه تفاوت معناداری نداشته است (جدول ۳).

نتایج آزمون های بین گروهی نشان داد که بین زمان آغاز فعالیت عضلات پرونئوس لانگوس، گاستروکنمیوس خارجی و سولئوس در بین دو گروه اختلاف معنی داری وجود دارد و گروه دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن نسبت به گروه کنترل، تأخیر

جدول ۳- مقایسه زمان تأخیر فعالیت تک تک عضلات بین دو گروه کنترل و دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن (بر حسب میلی ثانیه)

متغیر	عضله	گروه	معیار	میانگین ± انحراف	F	p	² Partial
زمان آغاز فعالیت	پرونئوس لانگوس	کنترل	-۲۴۳/۰۷±۹۱/۱۵	-۱۶۱/۲۵±۴۴/۴۷	۱۰/۰۲	۰/۰۰۴	۰/۲۷۱
		محدودیت	-۲۱۸/۲۳±۶۳/۳	-۱۴۱/۳۱±۴۲/۸۸	۱۵/۱۴	۰/۰۰۱	۰/۳۵۹
	گاستروکنمیوس خارجی	کنترل	-۲۲۳/۶۹±۶۳/۱۱	-۱۷۰/۰±۴۹/۴۵	۶/۶	۰/۰۱۶	۰/۱۹۷
		محدودیت	-۹۱/۱۵±۳۰/۸۸	-۱۰۱/۳۱±۳۱/۴۸	۰/۷۶	۰/۳۹۱	۰/۰۲۷
تیبیالیس قدامی	کنترل	محدودیت	-۱۰۱/۳۱±۳۱/۴۸	-۲۲۳/۶۹±۶۳/۱۱	۱۰/۰۲	۰/۰۰۴	۰/۲۷۱

تنها به بررسی سطح فعالیت عضلات پرداخته است (۱۷). ماکروم و همکاران با قرار دادن یک سطح شیب دار در قسمت جلو پای افراد غیرورزشکار، حین انجام تکلیف غیر عملکردی چمباتمه زدن دوپا به صورت غیرطبیعی دامنه حرکتی دورسی فلکشن آنها را محدود کردند. نتایج تحقیق آنها نشان داد که اعمال این مداخله علاوه بر تغییر کینماتیک اندام تحتانی، باعث افزایش سطح فعالیت عضله سولئوس و بی تغییر ماندن سطح فعالیت عضله گاستروکنمیوس خارجی شد. همچنین نتایج آنها نشان داد که فعالیت عضلات وستوس داخلی و خارجی زانو چهار کاهش شده است. آنها در توجیه نتایج خود بیان داشتند که کاهش فعالیت عضلات زانو احتمالاً بدلیل تغییر در کینماتیک اندام تحتانی بوده است. همچنین افزایش فعالیت عضله سولئوس را به نقش محافظتی این عضله در کنترل الگوهای حرکتی مفصل مج پا نسبت داده اند.

بحث

تحقیق حاضر به مقایسه زمان آغاز فعالیت عضلات منتخب مچ پا بین ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن مچ پا با ورزشکاران سالم، حین انجام تکلیف پرش فرود تک پا پرداخته است. نتایج تحقیق نشان داد که ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی فلکشن، دارای تأخیر بیشتری در زمان آغاز فعالیت عضلات پرونئوس لانگوس، گاستروکنمیوس خارجی و سولئوس، نسبت به گروه کنترل می باشند. در حالی که زمان آغاز فعالیت عضله تبیالیس قدامی در بین دو گروه اختلاف معنی داری نداشت. بر اساس دانسته های محققین، تاکنوں هیچ تحقیقی به بررسی تاثیر کاهش دامنه حرکتی دورسی فلکشن مچ پا بر زمان آغاز فعالیت عضلات اطراف مچ پا نپرداخته است. در این خصوص، تنها به طور غیر مستقیم می توان از تحقیق ماکروم و همکاران نام برد که آن تحقیق نیز

و استحکام مفصل مج پا و جلوگیری از بروز آسیب در هنگام فرود پس از پرش ایفا می کند. بطور کلی آغاز فعالیت عضلات پیش از تماس پا با زمین به هنگام پرش فرود به دو دلیل صورت می گیرد (۳۱): ۱) به منظور ایجاد یک سفتی اولیه در بافت های انقباضی، که این سفتی اولیه امکان استفاده از انرژی الاستیک ساختارهای تاندون-عضله در محل اتصال با بافت های انقباضی عضلات را فراهم می آورد و ۲) به منظور کنترل شتاب حرکتی مفاصل در طول فعالیت های پویا نظیر پرش فرود که این موضوع می تواند یک مکانیسم محافظتی برای لیگامان ها و مفاصل در برابر آسیب های احتمالی باشد. تأخیر در زمان آغاز فعالیت عضلات مج پا و همچنین تغییر در زمان آغاز فعالیت این عضلات نسبت به یکدیگر می تواند باعث خطا در وضعیت قرار گیری مفصل مج پا هنگام تماس پا با زمین، حین پرش فرود شود. بروز خطا در وضعیت قرار گیری مفصل مج پا به هنگام تماس پا با زمین می تواند مج پا را در معرض چرخش اینورژنی و آسیب به لیگامان های خارجی قرار دهد (۲۰). این اختلال عملکردی می تواند منجر به تغییر در نیروهای واردہ به مفصل در صفحه‌ی فرونتال و نهایتاً بروز آسیب به لیگامان های خارجی مفصل شود.

عضله‌ی پرونئوس لانگوس، مهم‌ترین اورتور مفصل مج پا و مهم‌ترین ثبات‌دهنده مفصل در برابر نیروهای ناگهانی اینورتوری است (۲۱، ۲۲). تأخیر در زمان آغاز فعالیت عضله‌ی پرونئوس لانگوس می تواند منجر به اختلال در وضعیت قرار گیری مفصل مج پا در لحظه‌ی برخورد پا با زمین شود. نتایج تحقیقات حاکی از وجود یک تأخیر الکترومکانیکال در عضله‌ی پرونئوس لانگوس می باشد (۲۱). تحقیقات انجام گرفته بر روی این عضله نشان می دهد که بین لحظه‌ی فعال شدن این عضله و تولید گشتاور اورتوری حول مفصل ساب‌تالار، یک فاصله‌ی زمانی وجود دارد که به این فاصله‌ی زمانی، تأخیر الکترومکانیکال گفته می شود. بنابراین فعال‌سازی به موقع عضله‌ی پرونئوس لانگوس هنگام انجام پرش-فرود و پیش از تماس پا با زمین، جهت به حداقل رساندن اثرات تأخیر الکترومکانیکال این عضله و ایجاد یک گشتاور اورتوری مناسب (جلوگیری از ایجاد گشتاور اینورتوری احتمالی) در مفصل ساب‌تالار، ضروری به نظر می رسد. نتایج تحقیق حاضر نشان داد که عضله‌ی پرونئوس لانگوس در ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن، دارای تأخیر در زمان آغاز فعالیت خود می باشد. همان‌طور که گفته شد، این تأخیر در زمان آغاز فعالیت این عضله می تواند موجب خطا در وضعیت قرار گیری مج پا هنگام تماس با زمین شود و این مفصل را در معرض کشیدگی لیگامان های خارجی قرار دهد.

اختلال در عملکرد عصبی-عضلانی عضلات اطراف مج پا که در تحقیق حاضر مشاهده شد از چند جنبه با تحقیق ماکروم و همکاران متفاوت است. اولاً این که تکلیف انجام شده در تحقیق ماکروم و همکاران، چهارتمه زدن دوپا بوده است، که یک تکلیف ایستا و غیر عملکردی در مورد پیچ خوردنی مج پا می باشد، اما تکلیف انجام شده در تحقیق حاضر، پرش-فرود تک پا (که یک تکلیف عملکردی است) می باشد. ثانیاً آزمودنی های تحقیق ماکروم و همکاران افراد غیرورزشکار بوده‌اند؛ این درحالیست که تحقیق حاضر بر روی افراد ورزشکار انجام شده است. همچنین در تحقیق ماکروم و همکاران، دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مج پای افراد بصورت غیرطبیعی و با قرار دادن یک سطح شب‌دار در زیر پای افراد محدود شده بود، که این موضوع باعث می شد تا عضلات پلاتارتفلکسور مج پا در حالت کاملاً کشیده قرار بگیرند؛ درحالی که تحقیق حاضر بر روی افرادی انجام شده است که عضلات پلاتارتفلکسور مج پایشان دچار کوتاهی است و این افراد خود بطور طبیعی دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن می باشند.

اختلال در عملکرد عصبی-عضلانی عضلات اطراف مج پا که در ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن مشاهده شد را می توان به تغییر در برنامه‌های از پیش طراحی شده‌ای که از سیستم عصبی مرکزی به عضلات فرستاده می شود نسبت داد (۲۰، ۲۲). تغییر در برنامه‌های از پیش طراحی شده‌ی ارسالی از سیستم عصبی مرکزی، که در این تحقیق مشاهده شده است را می توان این‌گونه توجیه کرد که محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن در درازمدت منجر به اختلال در حس عمقي مفصل مج پا می شود (۲۹، ۲). اختلال در حس عمقي مفصل مج پا نیز، منجر به تغییر در پیام‌های آوران ارسالی از مفصل به سیستم عصبی می شود. پیام‌های آوران تغییریافته، در دراز مدت می تواند تغییرات نوروفیزیولوژیک گسترده، از جمله تغییر در فرمان‌های حرکتی که به عضلات ارائه می شوند را موجب شود (۲۰، ۳۰). یافته‌ها حاکی از آن است که برنامه‌های از پیش طراحی شده‌ی کنترل حرکتی که از جانب سیستم عصبی صادر می شود، نقش مهمی در فعال‌سازی به موقع عضلات در خلال انجام فعالیت‌های مختلف دارد (۲۲). آغاز فعالیت عضلات پیش از تماس پا با زمین و در پی آن ظهر فعالیت پیش خوراند عضلات، نشان از وجود یک راهبرد^۱ کنترل حرکتی مرکزی دارد که عضلات را برای جذب نیروهای تماسی به هنگام فرود، آماده می کند (۲۲). بدیهی است که فعال‌سازی به موقع عضلات مج پا توسط برنامه‌های از پیش طراحی شده کنترل حرکتی ارائه شده از جانب سیستم عصبی، پیش از تماس پا با زمین، نقش مهمی در ایجاد ثبات



برابر سقوط ناگهانی اندام تحتانی، بوسیله‌ی بکارگیری گشتاور اکستنسوری مناسب و درجهت کاهش شتاب بدن به سمت پایین، مهم و ضروری است(۱۸). عضله‌ی سولنوس نیز همانند عضله‌ی گاستروکنیوس خارجی، عملکرد محافظتی مهمی در مجموعه‌ی مج پا و پا، در هنگام فرود دارد. شروع به موقع فعالیت این عضله پیش از تماس پا با زمین، سفتی مفصل را پیش از وقوع بارگذاری مکانیکی (برخورد با زمین)، افزایش داده و با بهبود عکس العمل به سطح فرود، به فرد اجازه می‌دهد که به طور صحیح با فرو ریختن اندام تحتانی مقابله کند(۲۲). تأخیر در آغاز فعالیت این عضله پیش از تماس پا با زمین در هنگام فرود، باعث کاهش میزان فعالیت پیش خوراند این عضله و متعاقب آن کاهش در میزان تولید گشتاور پلاتارتفلکسوری مجموعه‌ی مج و پا در زمان برخورد با زمین می‌شود(۲۲). نتایج تحقیق حاضر نیز نشان از تغییر در الگوهای فعال‌سازی عضلات مج پا در گروه دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن دارد. بطوریکه عضلات پرونئوس لانگوس، گاستروکنیوس خارجی و سولنوس گروه دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن، دارای تأخیر در زمان ثبات مفصل مج پا افزایش داده و آن را برای کنترل تغییر طول سریع و شدید مجموعه‌ی تاندونی-عضلانی و حرکات سریع هنگام فرود آماده کند(۲۲).

کالفیلد^۱ این ترین الگو برای محافظت از مفصل مج پا هنگام انجام پرش فرود را آغاز فعالیت عضله‌ی گاستروکنیوس خارجی پس از فعال شدن پرونئوس لانگوس و به دنبال آنها ثبات مفصل عضله‌ی تاندونی-عضلانی و حرکات سریع خوراندی شده در عضلات فوق الذکر، احتمالاً می‌تواند سبب کاهش فعالیت پیش خوراند این عضلات شده و از نقش محافظتی این عضلات بر روی مفصل مج پا، در برابر آسیب کشیدگی لیگامان‌های خارجی این مفصل، بکاهد.

نتیجه‌گیری

نتایج تحقیق حاضر نشان داد که ورزشکاران دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن مج پا، دارای الگوی فعال‌سازی عضلانی متفاوتی نسبت به گروه کنترل هستند. این الگوی فعال‌سازی متفاوت، سبب تأخیر در زمان آغاز به فعالیت برخی از عضلات مج پای این افراد شده است. لذا توصیه می‌شود که در انجام کلیه برنامه‌های غربالگری ورزشکاران، پیش از شروع فصل و یا حتی در طول برگزاری مسابقات، به دامنه‌ی حرکتی مفصل مج پای این افراد و بهخصوص دامنه‌ی حرکتی دورسی‌فلکشن مفصل مج پا توجه ویژه شود تا این عامل خطرزای آسیب پیچ خوردگی مج پا، کنترل شود. همچنین توصیه می‌شود که پس از شناسایی افراد دارای محدودیت حرکتی، علاوه بر طراحی تمرینات انعطاف‌پذیری مفصل مج پا و با توجه به برهم خوردن کنترل حرکتی و عملکرد نامناسب سیستم عصبی-عضلانی، نسبت به طراحی تمرینات عصبی-عضلانی، جهت بهبود و ارتقاء عملکرد عصبی-عضلانی این افراد اقدام شود.

نکته‌ی قابل توجه دیگری که در نتایج تحقیق حاضر بدست آمد این بود که اگرچه بین زمان آغاز فعالیت عضله‌ی تیبیالیس قدامی در دو گروه تفاوت معنی‌داری وجود نداشت، اما نتایج نشان داد که این عضله در گروه دارای محدودیت حرکتی دورسی‌فلکشن، زودتر از گروه کنترل فعال می‌شود. تأخیر در زمان فعال‌سازی عضله‌ی پرونئوس لانگوس و زودتر فعال شدن عضله‌ی تیبیالیس قدامی در گروه دارای محدودیت حرکتی از این لحاظ می‌تواند نگران‌کننده باشد که از آنجاییکه عضله‌ی پرونئوس لانگوس یک اورتور و عضله‌ی تیبیالیس قدامی یک اینورتور می‌باشد، تأخیر در در زمان فعال‌سازی عضله‌ی پرونئوس لانگوس نسبت به عضله‌ی تیبیالیس قدامی، منجر به بر هم خوردن رابطه‌ی هم‌نقاباضی بین این دو عضله (عضلات آنتاگونیست مفصل سابتالار) شده و می‌تواند بازوی گشتاور مفصل سابتالار را پیش از تماس پا با زمین، به سمت اینورژن برده و این مفصل را در معرض آسیب پیچ خوردگی خارجی قرار دهد. هم‌نقاباضی عضلات آنتاگونیست مج پا قبل از فرود، سفتی مفصل را افزایش می‌دهد و می‌تواند ثبات مفصل مج پا را افزایش داده و آن را برای کنترل تغییر طول سریع و شدید مجموعه‌ی تاندونی-عضلانی و حرکات سریع هنگام فرود آماده کند(۲۲).

کالفیلد^۱ این ترین الگو برای محافظت از مفصل مج پا هنگام انجام پرش فرود را آغاز فعالیت عضله‌ی گاستروکنیوس خارجی پس از فعال شدن پرونئوس لانگوس و به دنبال آنها ثبات مفصل مج پا را افزایش داده و آن را برای کنترل تغییر طول سریع و شدید مجموعه‌ی تاندونی-عضلانی و حرکات سریع خوراندی شده که رابطه‌ی مستقیمی بین زمان آغاز فعالیت عضلات و میزان فعالیت پیش خوراندی عضلات وجود دارد. بطوریکه هر چه عضلات زودتر فعال شوند، میزان فعالیت پیش خوراندی آنها نیز بیشتر خواهد بود. کالفیلد در خصوص تغییر در الگوی فعال‌سازی عضلات پرونئوس لانگوس و گاستروکنیوس خارجی و تأخیر در زمان آغاز به فعالیت این دو عضله بیان می‌کند که تأخیر در زمان آغاز به فعالیت عضلات پرونئوس لانگوس و گاستروکنیوس خارجی منجر به کاهش فعالیت پیش خوراند این دو عضله شده که این کاهش فعالیت، نهایتاً موجب کاهش در تولید گشتاور اورتوری و اکستنسوری این عضلات کاهش در تکالیف پویای ورزشی نظیر پرش فرود بر می‌شمرد(۲۱). همچنین در مفصل مج پا می‌شود. وی عضله‌ی گاستروکنیوس خارجی را یک عضله‌ی کلیدی در ایجاد ثبات مفصل مج پا در هنگام انجام تکالیف پویای ورزشی نظیر پرش فرود بر می‌شمرد(۲۱). ویلکستروم^۲ نیز در تایید گفته‌های کالفیلد بیان می‌دارد که انجام یک پرش فرود موفق و این، نیازمند فعال‌سازی مناسب و به موقع عضله‌ی گاستروکنیوس خارجی، پیش از تماس پا با زمین می‌باشد. چراکه عملکرد این عضله به منظور مقاومت در



منابع:

1. Bahr R, Engebretsen L. Sport Injury Prevention.1 ed; IOC publishers; 2009:79-95
2. Dastmanesh S, Shojaeddin S. The Effect of core stabilization training on postural control in subjects with chronic ankle instability. J Jah Uni Med Sci. 2011; 9: 1: 14-22.[in persian]
3. Daniel TP Fong, Yue-Yan Chan, Kam-Ming Mok, Patrick SH Yung, and Kai-Ming Chan. Understanding acute ankle ligamentous sprain injury in sports. Sport Med, Arth, Rehab, Thera & Tech. 2009; 37: 1: 73-94
4. Delahunt E, Monaghan K, Caulfield B. Changes in lower limb kinematics, kinetics, and muscle activity in subjects with functional instability of the ankle joint during a single leg drop jump. J of orth res 2006;24(10): 1991-2000.
5. Hoch MC, Staton GS, Medina McKeon JM, Mattacola CG, McKeon PO. Dorsiflexion and dynamic postural control deficits are present in those with chronic ankle instability. J of Sci and Med in Sport. 2012, 15: 6: 574-9
6. Willems TM, Witvrouw E, Delbaere K, Mahieu N, De Bourdeaudhuij I, De Clercq D. Intrinsic Risk Factors for Inversion Ankle Sprains in Male Subjects A Prospective Study. Am J of sport med 2005;33(3): 415-23.
7. Beynnon BD, Murphy DF, Alosa DM. Predictive factors for lateral ankle sprains: a literature review. J of athl trai 2002; 37(4): 376-80.
8. Canavan PK, Roncarati M, Lyles K, Kenney R. Clinical Evaluation & Testing-Off-Season Screening of an NCAA Division 1 Men's Basketball Team. Intern J of Athl Ther and Trai 2012; 17(5): 28-32.
9. Tabrizi P, McIntyre W, Quesnel M, Howard A. Limited dorsiflexion predisposes to injuries of the ankle in children. J of Bon & Joi Surg 2000; 82(8): 1103-6.
10. Chun-Man Fong, Troy Blackburn, Marc F Norcross, Melanie MacGrath and Darin A Padua. Ankle-Dorsiflexion Range of Motion and Landing Biomechanics. J of athl trai. 2011; 46(1): 5-10
11. Marie A Johanson, Alanna Cooksey, Caroline Hillier, Heather Kobbeman and Amy Stambaugh. Heel Lift and the Stance Phase of Gait in Subjects With Limited Ankle Dorsiflexion. J of athl trai. 2006; 41(2): 159-65
12. Zoran Sarcevic. Limited Ankle Dorsiflexion: A Predisposing Factor to Morbus Osgood Schlatter?. Knee Surg S Trau Arth. 2008; 16: (3): 726-8
13. Josipa Bradic, Erol Kovacevic and Asim Bradic. Dorsiflexion Range of Motion Does Not Significantly Influence Balance In Physically Active Young Women. Hom Spo. 2012; 14: (2): 19-22
14. Youdas JW, McLean TJ, Krause DA, Hollman JH. Changes in active ankle dorsiflexion range of motion after acute inversion ankle sprain. J of sport rehab 2009; 18(3): 358-74.
15. Martin D, Wiesler E, Hunter D, Curl W, Batson G, Hoen H. Ankle Flexibility and Injury Patterns in Dancers. Sout Med J. 1996; (10): 89-95.
16. Lindsjo U, Danckwardt-Lilliestrom G, Sahlstedt B. Measurement of the motion range in the loaded ankle. Clin Orth .1985;199: 68-71.
17. Macrum E, Robert Bell D, Boling M, Lewek M, Padua D. Effect of Limiting Ankle-Dorsiflexion Range of Motion on Lower Extremity Kinematics and Muscle-Activation Patterns During a Squat. J of sport rehab 2012; 21(2): 144-50.
18. Wikstrom EA, Tillman MD, Schenker SM, Borsa PA. Failed jump landing trials: deficits in neuromuscular control. Scand J Med Sci Sport 2008; 18(1): 55-61
19. Hamilton M, MS, ATC and James R, Velasquez. Ankle flexibility and jump landing mechanics: implication for ACL injury risk. Inter j of athl ther and trai. 2011; 46(6): 5-10
20. Caulfield B, Crammond T, O Sullivan A, Reynolds S, Ward T. Altered ankle-muscle activation during jump landing in participants with functional instability of the ankle joint. J of sport rehab. 2004; 13(3): 189-200.
21. Suda EY, Amorim CF, de Camargo Neves Sacco I. Influence of ankle functional instability on the ankle electromyography during landing after volleyball blocking. J of Electro and Kinesio. 2009; 19(2): 84-93.
22. Samadi H. Effect of neuromuscular training on electromyographic characters of ankle muscles and stability perception in male athlete with functional ankle instability. University of Tehran; (PhD thesis) 2013. [in persian]
23. Silvers H J, Mandelbaum B. ACL injury prevention in athletes. J of Sport Orth. 2011; 27(2): 18-26.
24. Molgaard C, Rathleff MS, Simonsen O. Patellofemoral pain syndrome and its association with hip, ankle, and foot function in 16- to 18-year-old high school students: a single-blind case-control study. Am J Podiatr Med Assoc 2011. 101(3): 215-22.
25. Moghadam A, Keshavarz R. The Lengths of Knee and Ankle Muscles in Patellofemoral Pain Syndrome. Iran J of Ortho Surg. 2009; 7(4): 172-8. [in persian]
26. Haddadnezhad M. Comparing the effect of functional stabilization and plyometric training on lumbo-pelvic muscle electromyography index of active females with trunk control deficit(prone to acl injury). University of Tehran; (PhD thesis) 2013. [in persian]
27. Minoonezhad H. The electromyographic study of a six week open, closed and combined kinematic chain exercises on anterior knee pain syndrom. University of Tehran; (PhD thesis) 2012. [in persian]
28. Caulfield B, Garrett M. Changes in ground reaction force during jump landing in Subjects with functional instability of the ankle joint. Clin biomec. 2004; 19: (6) 617-21.
29. Hubbard TJ, Hertel J. Mechanical contributions to chronic lateral ankle instability. Sport Med 2006; 36(3): 263-77.
30. Bryan L, Riemann, Scott M, Lephart. The Sensorimotor System, Part II: The Role of Proprioception in Motor Control and Functional Joint Stability. J of Athl Trai. 2002;37(1): 80-4.
31. Vladimir Mrdakovic, Dusko B. Ilic, Nenad Jankovic, Zeljko Rajkovic and Djordje Stefanovic. Pre-activity Modulation of lower Extremity Muscles Within Different Types and Heights of Deep Jump. J of Sport Sci and Med. 2008; 17(7): 269-78.