

طب ورزشی – پاییز و زمستان ۱۳۸۹
شماره ۵ – ص ص : ۱۳۱-۱۱۵
تاریخ دریافت : ۱۲ / ۱۰ / ۸۹
تاریخ تصویب : ۲۳ / ۰۶ / ۹۰

مقایسه طول ایلیوتیبیال باند و زاویه Q در ورزشکاران با و بدون سندروم درد کشکی رانی

۱. سیده لیلا موسوی^۱ – ۲. علی اصغر نورسته

۱. کارشناس ارشد دانشگاه گیلان، ۲. دانشیار دانشگاه گیلان

چکیده

درد کشکی رانی، ۲۵ تا ۴۰ درصد از مشکلات زانوی مراجعان مراکز پزشکی ورزشی است. هدف از این تحقیق، مقایسه انعطاف‌پذیری عضلانی در ورزشکاران با و بدون سندروم درد کشکی رانی است. آزمودنی‌ها شامل ۳۰ ورزشکار بودند. ۱۵ زن ورزشکار با درد کشکی رانی (با میانگین سنی $41/11 \pm 4/20$ سال، وزن $58/86 \pm 1/20$ کیلوگرم و قد $165/59 \pm 7/43$ سانتی‌متر) و ۱۵ زن ورزشکار سالم (با میانگین سنی $31/10 \pm 24/01$ سال، وزن $59/21 \pm 1/09$ کیلوگرم و قد $165/90 \pm 6/70$ سانتی‌متر)، طول عضلات همسترینگ، دوقلو و تعلي با الکتروگونیامتر^۳، زاویه Q و طول ایلیوتیبیال باند^۲ با گونیامتر یونیورسال ارزیابی شد. داده‌ها با استفاده از آزمون t مستقل تجزیه و تحلیل شدند. ورزشکاران با درد کشکی رانی افزایش معنی‌داری در زاویه Q و کاهش طول ایلیوتیبیال باند در مقایسه با آزمودنی‌های گروه کنترل داشتند. نتایج این تحقیق بر تأکید بیشتر بر ارزیابی این متغیرها و اجرای برنامه‌های تمرینی برای رفع آنها از سوی مربیان و پزشکان ورزشی تأکید دارد.

واژه‌های کلیدی

درد کشکی رانی، الکتروگونیامتر، SLR، زاویه Q.

Email:mousavi.Leila@yahoo.com

۱ - نویسنده مسئول: تلفن: ۰۹۱۹۳۸۳۸۴۹۱

2 - Electrogoniometer

3 - Iliotibial band

مقدمه

آسیب‌های مفصل زانو، مسئول بیشتر از نیمی از کل زمان ازدست رفتۀ فعالیت‌های ورزشی است. درد مفصل کشککی رانی، یکی از شایع‌ترین علل درد سیستم عضلانی اسکلتی است (۳). دورکس و لاقمن^۱ (۱۹۸۴) طی بررسی پنج‌ساله‌ای نشان دادند که ۲۵ درصد افراد دچار درد زانو که در کلینیک آسیب‌های ورزشی ارزیابی شدند، درد کشککی رانی داشتند. ساختار اسکلتی ورزشکاران بهدلیل اجرای تمرین‌های بدنه سخت و الگوهای حرکتی اختصاصی و مستمر، ممکن است دچار انواع تغییرشکل شود (۲). انحراف از وضعیت بدنه مطلوب ممکن است بر اثر عدم تعادل عضلات^۲ یا بافت‌های یک قسمت یا عدم راستای صحیح باشد. در نتیجه ورزشکار دچار سازوکار حرکتی ضعیف می‌شود. زمانی که انحراف از وضعیت بدنه عدم تعادل می‌شود، بدنه حول یک نقطه مرکز ثقل جدید قرار می‌گیرد و این می‌تواند موجب آسیب‌دیدگی شود (۲۳). پاتوفیزیولوژی درد کشککی رانی به خوبی درک نشده است. مهم‌ترین فرضیه پذیرفتنی در ایجاد درد کشککی رانی، راستای غیرطبیعی مفصل کشک است که سبب افزایش استرس در مفصل و در پی آن فرسایش غضروف مفصلی خواهد شد. چون غضروف مفصلي فاقد عصب است، از این‌رو این استرس‌های مکانیکی به مرور زمان با از بین رفتن غضروف، گیرنده‌های درد موجود در استخوان زیر غضروف را تحريك می‌کنند. این راستای حرکتی غیرطبیعی کشک معلوم دو دسته کلی عوامل است:

الف) آناتومیکی و بیومکانیکی مانند پرونیشن ساب تالار^۳، افزایش زاویه Q، آنتی ورزن^۴ ران، ژنو والگوم^۵، پیچش خارجی درشت نی.

ب) ضعف و عدم تعادل عضلانی مانند ضعف VMO^۶ در مقایسه با VLO^۷، کوتاهی رتیناکولوم خارجی، کوتاهی عضلان اطراف مفصل زانو مانند همسترینگ، ایلیوتیبیال باند، دوقلو (۲۱، ۲۳). بسیاری از پزشکان معتقدند که این سندروم به این دلیل اتفاق می‌افتد که عضلات ران در مقایسه با طول ران نسبتاً کوتاه می‌شوند

1 - Devreux and Lachman

2 - Muscle imbalance

3 - Subtalar pronation

4 - Anteversion

5 - Genu valgum

6 - Vastus medialis oblique

7 - Vastus lateralis oblique

و در نتیجه موجب به وجود آمدن وضعیت تنفس زا در عضلات زانو می‌شود (۲۴). عدم تعادل عضلانی ممکن است بین گروه‌های عضلانی آنتاگونیست مورد توجه قرار گیرد، مانند ضعف چهارسر در ورزشکاران با همسترینگ کوتاه. پزشکان ورزشی خاطرنشان کرده‌اند که بیماران با درد قدامی زانو، اغلب دچار عدم تعادل عضلانی هستند (۲۴). قدرت عضلان و اثر ضعف و کوتاهی آنها بر امتداد و عملکرد بدن تأثیر زیادی دارد. عدم توازن قدرت عضلات راستا بدن را برهم می‌زند و زمینه وارد شدن فشارهای غیرمتعارف به مفاصل و دیگر بافت‌ها را فراهم می‌آورد (۱). اسمیت و همکاران^۱ (۱۹۹۱) در تحقیق خود بر روی اسکیت‌بازان بزرگسال، ارتباط معنی‌داری بین کاهش انعطاف‌پذیری همسترینگ و درد کشککی رانی گزارش کردند. ویترو و همکاران^۲ (۲۰۰۰) متغیرهای مرتبط با پیشرفت درد کشککی رانی را بررسی و اختلافی در کوتاهش‌دگی همسترینگ بین دو گروه آزمایشی با و بدون درد کشککی رانی مشاهده نکردند. عنوان شده که بیماران مبتلا به درد کشککی رانی با عدم تعادل عضلانی الگوهای حرکتی طبیعی ندارند که در نتیجه کاهش طول عضلانی یا اختلاف در زمان‌بندی بین گروه‌های عضلانی همکار در اندام تحتانی است (۲۷). کوتاهی ایلیوتیبیال باند، یکی از متغیرهای خطرآفرین درد کشککی رانی ذکر شده است (۷). کوتاهی ایلیوتیبیال باند از طریق ارتباط آناتومیکی با رتیناکلوم جانبی و کشکک موجب افزایش نیروی جانبی در طول فلکشن و افزایش استرس جانبی در مفصل کشککی رانی می‌شود (۲۴). گرین (۲۰۰۵) در تحقیقی شرایطی را که به عنوان درد کشککی رانی شناخته می‌شود، بررسی کرد. او به بررسی نقش زاویه Q و عدم تعادل عضلانی در این افراد پرداخت. زنان به دلیل شکل لگن خود تمایل دارند که زاویه Q بیشتری داشته باشند. زاویه Q طبیعی برای زنان حدود ۱۵ و برای مردان حدود ۱۰ درجه است. هیم و همکاران (۲۰۰۶) زاویه Q غیرطبیعی بیشتر از ۲۰ درجه را با درد کشککی رانی مرتبط دانستند. اعتقاد بر این است که زاویه Q بزرگ‌تر، محل تماس و فشار در مفصل کشککی رانی را تغییر می‌دهد، که در این منطقه به بروز استرس اضافی منجر می‌شود. با توجه به اینکه در ورزشکاران اغلب تمرینات کششی انجام می‌گیرد و انتظار کوتاهی عضلانی کمتر است، این سؤال مطرح است که آیا کوتاهی عضلات همسترینگ، ایلیوتیبیال باند، دوقلو، نعلی و زاویه Q غیرطبیعی در ورزشکاران مبتلا به درد کشککی رانی وجود دارد یا نه؟ هدف کلی این پژوهش، مقایسه انعطاف‌پذیری عضلانی و زاویه Q در ورزشکاران با و بدون سندروم درد کشککی رانی است. از آنجا که درد

1 - Smith and et al

2 - Witvrow and et al

کشککی رانی می‌تواند به طور معنی‌داری فعالیت‌های عادی زندگی روزانه و بیشتر فعالیت‌های ورزشی توانفرسا را محدود کند، بررسی انعطاف‌پذیری عضلانی در ورزشکاران مبتلا به درد کشککی رانی اهمیت پیدا می‌کند. با بررسی نقش انعطاف‌پذیری در ورزشکاران مبتلا به درد کشککی رانی، مریبان و متخصصان علوم ورزشی می‌توانند برای جلوگیری از پیشرفت آسیب و کاهش میزان این آسیب در ورزشکاران برنامه‌هایی را طراحی و اجرا کنند.

روش تحقیق

پژوهش حاضر از نوع مطالعه مقطعی است و آزمودنی‌های آن شامل ۱۵ ورزشکار زن مبتلا به درد کشککی رانی (با میانگین سن، وزن، قد، سابقه ورزشی به ترتیب $4/11 \pm 4/20$ سال، $58/86 \pm 7/43$ کیلوگرم، $165/59 \pm 4/30$ سانتی‌متر، $7/09 \pm 4/09$ سال) و ۱۵ ورزشکار زن سالم (با میانگین سن، وزن، قد و سابقه ورزشی به ترتیب $3/10 \pm 24/01$ سال، $59/21 \pm 1/09$ کیلوگرم، $165/90 \pm 6/80$ سانتی‌متر، $7/38 \pm 4/20$ سال) بودند. ورزشکاران مبتلا به درد کشککی رانی توسط پزشک متخصص معاينه و پس از احراز تشخیص درد کشککی رانی و نبود بیماری‌های دیگر به منظور اندازه‌گیری به محقق ارجاع داده شدند. طول عضلانی اندام تحتانی آزمودنی‌ها در متغیرهای طول عضلات همسترینگ، ایلیوتیبیال باند، دوقلو، نعلی و همچنین متغیرهای زاویه اندازه‌گیری شد. معیارهای ورود به پژوهش برای گروه ورزشکار مبتلا به درد کشککی رانی عبارت بود از: داشتن درد قدام زانو به مدت حداقل یک سال در مفصل کشککی رانی بدون گزارش از برخورد و ضربه مستقیم به مفصل، وجود درد در قدام یا بخش داخلی زانو حداقل در ۳ مورد از فعالیت‌های فشار دستی^۱ کشک برخلاف ران در حالت استراحت یا انقباض چهارسر در حالتی که زانو کاملاً باز است. لمس لبه خلفی داخلی و خلفی خارجی کشک، مقاومت در برابر انقباض ایزومنتریک چهارسر در زاویه ۶۰ درجه فلکشن، نشستن طولانی‌مدت، اسکات زدن یا دویدن در سراشیبی یا سربالایی، بالا رفتن از پله و زانو زدن (۲۰). معیارهای حذف ورزشکاران هر دو گروه در این بررسی عبارت بود از: مشکلات لیگامانی و مینیسک زانو، تاندونیت کشک و هرگونه اعمال جراحی زانو، درفتگی حاد تروماتیک کشکک، وجود هرگونه اختلال عصبی که بر روی حرکت بیمار تأثیر بگذارد، انحرافات اندام تحتانی، داشتن سابقه شکستگی، جراحی در اندام تحتانی، داشتن سابقه بیماری روماتیسمی، کمردرد و

دردهای سیاتیکی و فیزیوتراپی در ۳ ماه گذشت. در آزمودنی‌های مبتلا به درد کشککی رانی پای آسیب‌دیده و در آزمودنی‌هایی که هر دو پای آنها دارای علائم درد کشککی رانی بود، پایی که توسط خود شخص گزارش می‌شد که بیشترین درد را دارد، ارزیابی شد. در آزمودنی‌های گروه کنترل پای برتر ارزیابی شد. برای اندازه‌گیری متغیرهای هر آزمودنی زمان ۳۰ دقیقه صرف شد. قبل از اندازه‌گیری طول عضلات، از هیچ‌گونه تمرین گرم کردن کششی و غیره استفاده نشد. به منظور آشنایی با آزمون حرکت مورد نظر یک بار به آزمودنی نشان داده شد.

ابزار اندازه‌گیری

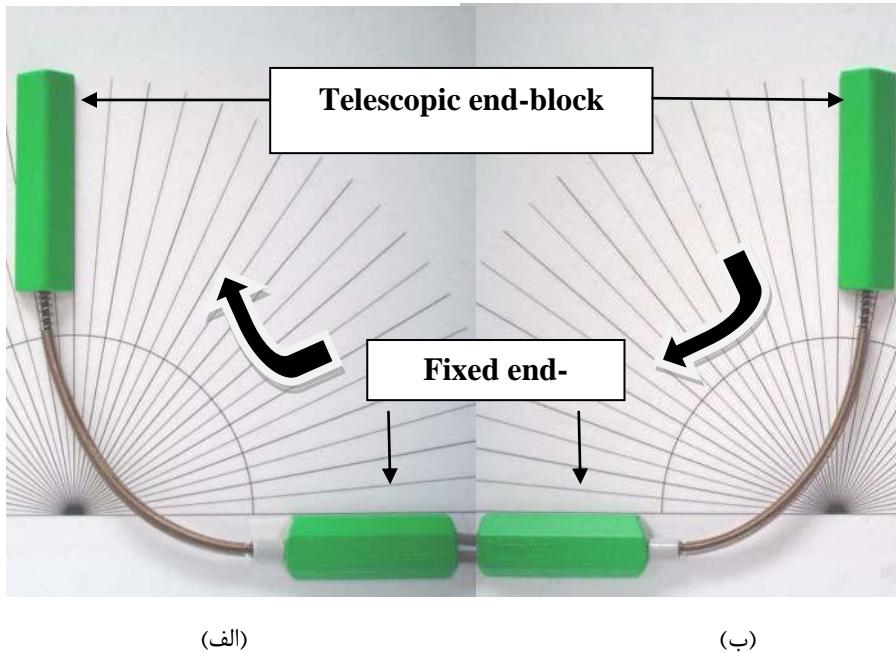
از الکتروگونیامتر (Biometrics, hCwmfelinfac, Gwent, UK) برای اندازه‌گیری طول عضلات همسترینگ، دوقلو و نعلی استفاده شد. پاماس و همکاران^۱ (۲۰۰۸)، روایی این دستگاه را در وضعیت خوابیده به پشت^۲ برای اندازه‌گیری زاویه زانو = ICC ۰/۷۱ گزارش کردند. همچنین لی و مون^۳ (۲۰۰۰) در مطالعه تجربی به بررسی گشتاور غیرفعال ران در طول بلند کردن یا به طور مستقیم (SLR) در آزمودنی‌های سالم پرداختند. آنها در طول آزمون برای اندازه‌گیری زاویه فلکشن ران از الکتروگونیامتر استفاده کردند. الکتروگونیامتر شامل telescopic - kendbloc - fixed - endblock است: یک (شکل ۱).

به منظور اندازه‌گیری طول عضله همسترینگ از سنسور (SG150)، طول عضلات دوقلو و نعلی سنسور (SG110) استفاده شد. Data Log که به end-block متصل است، سیگنال‌های مکانیکی از عناصر اندازه‌گیری در end-block را به سیگنال‌های دیجیتال تبدیل می‌کند. از آنجا که Data Log به کامپیوتر متصل بود، اطلاعات آزمودنی‌ها در قابل مربوط ذخیره و بعد برای تجزیه و تحلیل استفاده شد. به دلیل شباهت روش مورد استفاده لی و مون با روش این پژوهش، ما نیز از sampel rate ۱۰۰ HZ با استفاده کردیم، قبل از آزمون به منظور آماده کردن پوست در محل مورد نظر برای چسباندن end-block با استفاده از چسب نواری، موهای زائد موضع با تیغ برطرف شد. طول ایلیوتیبیال باند و زاویه Q با گونیامتر یونیورسال اندازه‌گیری شد.

1 - Pagamas and et al

2 - Supine

3 - Lee and Munn



(ب)

(الف)

آزمون‌های اندازه‌گیری

آزمون طول عضله شامل حرکاتی است که فاصله بین ابتداء و انتهای عضله را افزایش می‌دهد، به عبارت دیگر، طول را در خلاف جهت عمل عضله افزایش می‌دهد (۴). در این پژوهش برای اندازه‌گیری طول هم‌سترنینگ از آزمون بلندکردن پا به‌طور مستقیم (RSL) استفاده شد (۲۰).

آزمودنی در وضعیت خوابیده به پشت قرار می‌گرفت و اندام تحتانی در وضعیت آناتومیکی قرار داشت. در ناحیه کنار تنہ قسمت پروگزیمال endblock (endblock fixed) به منطقه لگن متصل شد، سپس گونیامتر Telescopic endblock (endblock telescopic) به مقدار حداقل کشیده شد تا به بیشترین طول خود برسد. قسمت دیستال endblock (endblock) به ران متصل شد، به صورتی که محور ران و endblock بر هم منطبق بودند. برای تثبیت لگن، ران پای مقابله آزمودنی با یک استرب روی میز معاینه تثبیت شد. ران مورد آزمون تا جایی که محدودیت در حرکت حس شود، خم شد (۱۷).

بهمنظور اندازه‌گیری طول عضله دوقلو و نعلی، آزمودنی در وضعیت رو به شکم قرار گرفت. قسمت دیستال endblock به ناحیه پشت پاشنه متصل شد. سپس از آزمودنی خواسته شد تا عمل دورسی فلکشن مج پا را به مقدار حداقل انجام دهد. سپس قسمت پروگزیمال endblock به ناحیه پشت پا متصل شد، بهصورتی که محور پا و endblock بر هم منطبق بودند. مج پا خم شده و قسمت روی پا به قسمت قدامی انتهای پا نزدیک شد. مقدار دورسی فلکشن مج پا با زانوی باز برای محاسبه طول عضله دوقلو و دوباره این مقدار با زانوی خمیده برای محاسبه طول عضله نعلی اندازه‌گیری شد (۱۰، ۱۷).

برای اندازه‌گیری طول ایلیوتیبیال باند از تست Ober استفاده شد. مرکز گونیامتر روی خار خاصره‌ای قدامی فوقانی قرار گرفت. بازوی ثابت در راستای خط فرضی بین خار خاصره‌ای قدامی فوقانی سمت مورد آزمون و طرف مقابل قرار گرفت. بازوی متحرک در راستای خط میانی قدامی ران که با استفاده از خط میانی کشک کشیده می‌شد، قرار گرفت. آزمودنی روی میز معاینه به پهلو دراز^۱ می‌کشید (نزدیک لبه میز). آزمونگر پشت آزمودنی قرار می‌گرفت. ابتدا زانو بهصورت باز بدون خم و راست شدن و ران در صفر درجه از فلکشن، اکستنشن، ابداکشن، اداکشن قرار می‌گرفت. زانو و پای زیری برای ثبات تنہ و کمر خم می‌شد. یک دست آزمونگر روی ستیغ خاصره لگن قرار می‌گرفت (بهمنظور تثبیت). ران و زانوی مورد آزمون ۹۰ درجه خم می‌شد. زانو بهصورت خم نگهداشته شده و ران به ابداکشن و اکستنشن برده می‌شد (بالاتر از تروکانتر بزرگ). طول ایلیوتیبیال باند با پایین آوردن پا بهصورت عمل اداکشن ران به سمت میز معاینه اندازه‌گیری شد (۱۷).

زاویه Q در وضعیتی اندازه‌گیری شد که آزمودنی روی میز معاینه به پشت خوابیده بود. زانوها در اکستنشن کامل قرار داشتند. خطی از خار خاصره قدامی فوقانی به مرکز کشک کرسم شد. خط دیگری از برجستگی درشت نی به مرکز کشک ترسیم شد. مرکز گونیامتر روی مرکز کشک قرار گرفت. در نهایت زاویه‌ای که از طریق این دو خط ایجاد شد، با گونیامتر اندازه‌گیری شد (شکل ۲) (۲۶).

در اندازه‌گیری همه متغیرها میانگین ۳ بار اندازه‌گیری با ۵ ثانیه استراحت بین هر بار اندازه‌گیری محاسبه شد.



شکل ۲ - اندازه‌گیری زاویه Q در وضعیت خوابیده به پشت

آزمون آماری

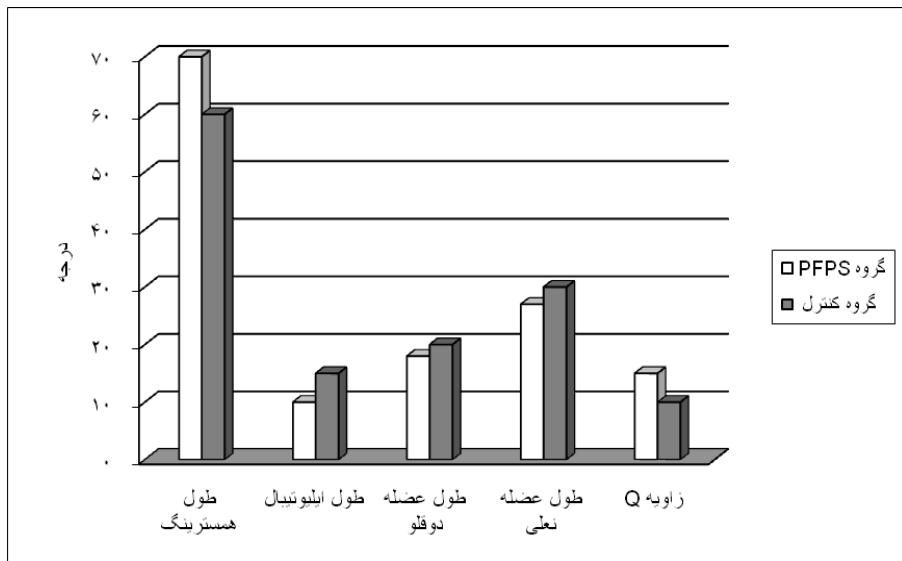
برای مقایسه طول عضلات همسترینگ، ایلیوتیبیال باند، دوقلو و نعلی و زاویه Q در دو گروه از آزمون t مستقل و به منظور تجزیه و تحلیل اطلاعات از SPSS - ۱۶ استفاده شد.

نتایج و یافته های تحقیق

نتایج این پژوهش نشان داد که طول ایلیوتیبیال باند در ورزشکاران با سندروم درد کشکی رانی به طور معنی‌داری کوتاه‌تر از گروه کنترل بود. زاویه Q در ورزشکاران با سندروم درد کشکی رانی به طور معنی‌داری بیشتر از گروه کنترل بود. تفاوت معنی‌داری در طول عضلات همسترینگ، دوقلو و نعلی بین دو گروه مشاهده نشد (جدول ۱). میانگین و انحراف استاندارد متغیرهای اندازه‌گیری شده در دو گروه در شکل ۲ نشان داده شده است.

جدول ۱ - آزمون t مستقل برای مقایسه متغیرها در دو گروه

ICC	P	t	متغیر
۰/۹۷	۰/۲۷	۰/۵۴	طول عضله همسترینگ
۰/۹۶	۰/۰۱*	-۲/۶۰	طول ایلیوتیبیال
۰/۹۱	۰/۲۶	-۱/۲۰	طول عضله دوقلو
۰/۹۳	۰/۵۲	-۰/۷۰	طول عضله نعلی
۰/۹۵	۰/۰۲*	۰/۴۳	زاویه Q



شکل ۲ - میانگین متغیرهای اندازه‌گیری شده در دو گروه بر حسب درجه

بحث و نتیجه‌گیری

نتایج پژوهش حاضر نشان داد بین طول همسترینگ ورزشکاران مبتلا به درد کشکی رانی و ورزشکاران سالم تفاوت معناداری وجود ندارد. همسترینگ‌ها اولین خم‌کننده‌های زانو هستند. اگرچه در باز کردن ران نیز نقش دارند. در سیکل راه رفتن انقباض ایزوتمتریکی همزمان عضلات چهارسر و همسترینگ مفصل زانو را در زمان برخورد اولیه پاشنه به زمین تثبیت می‌کند و در نوسان پایانی از طریق انقباض برونگرا شتاب ران را کاهش می‌دهد (۲۰). این نتیجه با نتایج تحقیق وايت و همکاران^۱ (۲۰۰۹)، پیوا و همکاران^۲، اسمیت و همکاران (۱۹۹۱) که همگی از مطالعات مقطعی بودند مغایرت و با نتایج ویترو و همکاران (۲۰۰۰) که یک مطالعه آینده-نگر بود، همخوانی دارد. وايت و همکاران (۲۰۰۹) در مطالعه مقطعی خود به این نتیجه رسیدند که طول همسترینگ در بیماران مبتلا به درد کشکی رانی به طور معنی‌داری به مقدار ۸ درجه کوتاه‌تر است. پیوا و همکاران (۲۰۰۵)، گزارش کردند که طول همسترینگ در بیماران مبتلا به درد کشکی رانی به طور معنی‌داری نسبت به گروه کنترل با میانگین ۹ درجه کوتاه‌تر بوده است. اسمیت و همکاران (۱۹۹۱) گزارش کردند که همبستگی معنی‌داری بین طول همسترینگ و درد کشکی رانی وجود دارد، اما اطلاعات خام واقعی در مورد طول همسترینگ ارائه نکردند. این در حالی است که ویترو و همکاران (۲۰۰۰) طی طرح دوساله‌ای که بر روی ۲۸۲ دانش‌آموز انجام گرفت، به این نتیجه رسیدند که ۲۴ نفر درد کشکی رانی پیش‌روندۀ داشته‌اند که طول همسترینگ بین این دو گروه تفاوتی نداشته است. ممکن است اختلاف مشاهده شده بین تحقیق حاضر و مطالعات پیشین، یکسان نبودن ابزار اندازه‌گیری و اختلاف در نمونه‌های مورد آزمون باشد. آزمودنی‌های تحقیق حاضر و مطالعه ویترو و همکاران، افراد ورزشکار بودند. با استناد به نتایج ارائه شده، مشاهده می‌شود که بین طول عضله دوقلو و نعلی در ورزشکاران با سندروم درد کشکی رانی و بدون آن تفاوت معنی‌داری وجود ندارد. پیوا و همکاران (۲۰۰۵) بیان کردند که کوتاه‌شدنی و سفتی پلانتار فلکسورها ممکن است به محدودیت دورسی فلکشن و در نتیجه پرونیشن بیش از حد ساب تalar منجر شود یا از طریق چرخش داخلی درشت نی برای به-دست آوردن دامنه حرکتی بیشتر در دامنه پایایی راه رفتن جبران شود. چرخش داخلی درشت نی که همراه

1 - White & et al

2 - Piva & et al

پرونیشن ساب تالار است، زاویه چهارسر را تغییر می‌دهد و در پی آن موجب افزایش استرس مفصل کشککی رانی می‌شود. ویترو^۱ (۲۰۰۰) در مطالعه خود کاهش انعطاف‌پذیری دوقلو را اندازه‌گیری کرد. پیوا و همکاران^۲ (۲۰۰۵) در تحقیق خود بر روی افراد مبتلا به درد کشککی رانی، کوتاهی عضلات دوقلو و نعلی را گزارش کردند. مسیر و همکاران^۳ (۱۹۹۱) در پژوهش خود بر روی دورسی فلکشن مج پا با زانوی بازشده در دوندها به این نتیجه رسیدند که بین طول پلانتر فلکسور دو گروه اختلاف معنی‌داری وجود ندارد که نتایج آنها با نتایج این تحقیق همسوست.

در تحقیق ویترو و همکاران (۲۰۰۰) برای اندازه‌گیری سفتی دوقلو، آزمودنی به جلو خم می‌شد و زانوی پای مورد آزمون، باز و پشت پای مخالف قرار داشت. زمانی که آزمودنی‌های بیشینه، دورسی فلکشن را انجام می‌دادند، پاشنه روی کف زمین بود. روش مورد استفاده ویترو مشابه پژوهش حاضر نیست. بنابراین شاید پژوهش حاضر قابل مقایسه با تحقیق آنها نباشد. در پژوهش حاضر برای اندازه‌گیری طول پلانترفلکسورها از وضعیت خوابیده به شکم استفاده شد. همچنانی به نظر می‌رسد که اختلاف بین نتایج این تحقیق و نتایج پیوا و همکاران (۲۰۰۵) به دلیل تفاوت نمونه‌های است که این مورد از محدودیت‌های توانایی مقایسه نتایج بین مطالعات است. آزمودنی‌های تحقیق پیوا و همکاران (۲۰۰۵) غیرورزشکار بودند. یکی دیگر از دلایل احتمالی اختلاف مشاهده شده در تحقیق حاضر و مطالعات پیوا و همکاران (۲۰۰۵) و ویترو و همکاران (۲۰۰۰)، اختلاف در ابزار اندازه‌گیری است. این دو محقق در مطالعات خود از گونیامتر یونیورسال برای اندازه‌گیری متغیرها استفاده کرده بودند، در حالی که در این تحقیق از الکتروگونیامتر استفاده شد.

نتایج تحقیق نشان داد که طول ایلیوتیبیال باند در ورزشکاران مبتلا به درد کشککی رانی کوتاه‌تر از ورزشکاران گروه کنترل است. به دلیل اتصال ایلیوتیبیال باند به سطح خارجی کشکک، چنین تغییری در طول ایلیوتیبیال باند ممکن است موجب عدم تعادل در نیروهای نگهدارنده خارجی - داخلی کشکک شود، در نتیجه فشار وارد به قسمت داخلی مفصل کشککی رانی افزایش یابد و به این ترتیب در ابتلا یا تشدید درد کشککی رانی مشارکت کند. پیوا و همکاران (۲۰۰۵) تفاوتی بین دو گروه در طول ایلیوتیبیال باند مشاهده نکردند. پیوا و

1 - Witvrouw

2 - Piva & et al

3 - Messier & et al

همکاران (۲۰۰۵) برای اندازه‌گیری طول ایلیوتیبیال باند از گونیامتر لیتون استفاده کردند، در حالی که در این تحقیق از گونیامتر یونیورسال استفاده شد. ممکن است تفاوت مشاهده شده به دلیل تفاوت در ابعاد اندازه‌گیری باشد. کیbler^۱ (۱۹۸۷) در تحقیق خود بر روی ورزشکاران دونده با سندروم Complex گزارش کرد که ۷ درصد آنها سفتی ایلیوتیبیال باند داشتند. اگرچه مقدار p را گزارش نکرد. به دردی که در بافت‌های نرم قدام زانو یا اطراف تاندون کشک احساس شود، دردی که در نتیجه دویدن احساس شود، درد بازگشت‌پذیر متوسط که در نتیجه فشار با اندکی کربیتوس^۲ ایجاد شود و فقدان علائم در رفتگی فوقانی، کندرومالملاژیا^۳، پلیکا^۴، زاویه Q زیاد یا پرونیشن زیاد یا سندروم Complex گفته می‌شود (۱۲). کوتاهی ایلیوتیبیال باند از طریق رابطه آناتومیکی با رتیناکلوم جانبی و کشک موجب افزایش بردار نیروی جانبی روی کشک در طول فلکشن و افزایش استرس جانبی مفصل کشکی رانی می‌شود (۲۴). ضعف دورکننده‌های ران ممکن است به والگوس دینامیک جبرانی راستای زانو و افزایش استرس بر روی ایلیوتیبیال باند منجر شود، زیرا ایلیوتیبیال باند به سطح جانبی کشک اتصال دارد. چنین تغییری ممکن است کشک را به سمت جانب بکشد و نیروهای فشاری روی قسمت جانبی مفصل کشکی رانی را افزایش دهد که به طور بالقوه در درد کشکی رانی مشارکت می‌کند (۲۰). در نتیجه ممکن است کوتاهی ایلیوتیبیال باند در این تحقیق با ضعف عضلات ابداقتور مرتبط باشد.

به‌منظور به‌دست آوردن برخی اطلاعات درباره راستای استاتیکی کشکی رانی، زاویه Q در وضعیت خوابیده به پشت ارزیابی شد. جهت نیروی عضلانی چهارسر با واژه‌ای به نام زاویه Q نشان داده می‌شود. زاویه Q به‌طور تقریبی برایند جهت نیروهای چهارضله، گروه چهارسر است که بر روی کشک عمل می‌کنند (۱۷). زنان به دلیل شکل لگن خود تمایل دارند که زاویه Q بیشتری داشته باشند. زاویه Q طبیعی برای زنان حدود ۱۵ و برای مردان حدود ۱۰ است (۹). نتایج تحقیق حاضر در مورد زاویه Q نشان داد که تفاوت معنی‌داری بین دو گروه وجود دارد. آزمودنی‌های با درد کشکی رانی زاویه Q بزرگ‌تری داشتند. این نتیجه با نتایج هیم و همکاران^۵ (۲۰۰۶) و مسیر و همکاران^۶ (۱۹۹۱) همخوانی دارد.

1 - Kibler

2 - Crepitus

3 - Chondromalacia

4 - Plica

5 - Him & et al

6 - Messier & et al

هیم و همکاران (۲۰۰۶) زاویه Q غیرطبیعی بیشتر از ۲۰ درجه را با درد قدامی زانو مرتبط دانستند. مسیر و همکاران (۱۹۹۱) در تحقیقی بر روی دوندگان مبتلا به درد کشککی رانی پیشنهاد کردند که زاویه Q بیشتر از ۱۶ درجه عامل تفکیک‌کننده قوی‌ای بین دونده‌های مبتلا به درد کشککی رانی و دونده‌های سالم است.

نتیجه تحقیق حاضر با نتایج پولینگ و همکاران^۱ (۲۰۰۹)، پوست و همکاران^۲ (۲۰۰۲) و ویترو و همکاران (۲۰۰۰) مغایرت دارد. دلیل مغایرت یافته‌های پژوهش حاضر با یافته‌های این محققان مشخص نیست. مطالعات نشان داده‌اند که افزایش زاویه Q فشار تماسی جانبی مفصل کشککی رانی را افزایش می‌دهد، در حالی که کاهش زاویه Q فشار تماسی داخلی مفصل کشککی رانی را افزایش می‌دهد. بعد از افزایش زاویه Q درشت نی تمايل دارد که به سمت جانبی‌تر انتقال یابد. اما این تغییر معنی‌دار گزارش نشده است (۱۷). پیچش درشت نی خارجی، افزایش آنتی ورزن رانی، جابه‌جایی جانبی برجستگی درشت نی، دلایلی برای افزایش زاویه Q ذکر شده‌اند (۱۵). میزونو و همکاران^۳ (۲۰۰۱) در تحقیقی اثر زاویه را بر کینماتیک کشککی رانی و درشت نی زانوی اجساد بررسی کردند. آنها گزارش کردند افزایش زاویه با میانگین ۹ درجه در ۲۰ تا ۶۰ درجه از فلکشن زانو، به جابه‌جایی جانبی معنی‌داری در کشک منجر می‌شود. تحقیقات نشان داده که افزایش زاویه Q ممکن است به درفتگی جانبی یا افزایش فشار تماس جانبی کشککی رانی بینجامد. تیلت داخلی که از طریق زاویه Q افزایش-یافته ایجاد شده است، در طول تمام مدت فلکشن وجود دارد. این تغییر الگوی ترکینگ می‌تواند فشار تماسی خارجی مفصل کشککی رانی را افزایش دهد که به درد یا تخریب غضروف مفصلی منجر می‌شود (۱۵).

فیرهایی از ایلیوتیبیال باند و چهارسر، ثبات جانبی کشک را تأمین می‌کنند. کوتاهی ایلیوتیبیال باند و افزایش زاویه Q هر دو موجب افزایش استرس جانبی مفصل کشککی رانی می‌شوند که این دو عامل با مشارکت هم به غضروف مفصلی آسیب می‌رسانند. با توجه به نتایج تحقیق حاضر و یافته‌های محققان پیشین مبنی بر اثر احتمالی طول ایلیوتیبیال باند و زاویه Q در ورزشکاران مبتلا به درد کشککی رانی، توجه خاص مریبان و متخصصان علوم ورزشی به این متغیرها، در مراقبت و درمان ورزشکاران ضروری بهنظر می‌رسد. از آنجا که این اختلال‌ها به راحتی توسط مریبان و پزشکان ورزشی قابل شناسایی و اصلاح است، طراحی و اجرای برنامه‌های

1 - Bolling & et al

2 - Post & et al

3 - Mizuno & et al

حرکتی از سوی مربیان می‌تواند بخشی از برنامه‌های معمول ورزشکاران باشد و از پیشرفت علائم درد کشککی رانی جلوگیری کند. با توجه به نتایج پژوهش حاضر و نقش عضله چهارسر در ثبات کشکک پیشنهاد می‌شود افراد مبتلا به درد کشککی رانی که زاویه Q افزایش یافته دارند، عضله چهارسر خود را تقویت کنند. پیشنهاد می‌شود در یک مطالعه آینده‌نگ بررسی شود که آیا طول و راستای غیرطبیعی عامل مشارکت کننده در درد کشککی رانی است یا در نتیجه این بیماری به وجود می‌آید؟

منابع و مأخذ

۱. ارشدی، رسول. رجبی، رضا. علیزاده، محمدحسین. وکیلی، جواد. (۱۳۸۸). "بررسی رابطه بین قدرت عضلات بازکننده پشت و انعطاف‌پذیری ستون مهره‌ها با میزان کایفوز و لوردوуз". *مجله المپیک*، شماره ۲ (پیاپی ۱۳۶ تا ۱۲۷)، صص ۴۶.
۲. دانشمندی، حسن. علیزاده، محمدحسین. مقدسی، مهرزاد. (۱۳۸۵). "بررسی راستای طبیعی زانوها و ارتباط آن با برخی عامل‌های مؤثر در ورزشکاران حرفة‌ای". *مجله المپیک*، شماره ۱ (پیاپی ۳۳)، صص ۴۱ تا ۵۰.
۳. صلاح‌زاده، زهرا. صلواتی، مهیار. معروفی، نادر. سنجری، محمدعلی. گوهرپی، شاهین. (۱۳۸۶). "مقایسه حس نیروی استاتیک اکستنسوری زانو در زنان مبتلا به درد مفصل کشککی رانی و زنان سالم". *مجله توانبخشی*. ۳۱:۸:۳، صص ۶۶ تا ۷۰.
۴. کندا (۱۳۸۲). "بررسی و ارزیابی عملکرد عضلات". ترجمه علیرضا سرمدی و بهاره حاج قنبری، انتشارات سرمدی.
5. Bolling, C. Michelle, Bolgla, A. Lori. Mattacola, G. Carl and et al. (2006). "Outcomes of a weight bearing rehabilitation program for patients diagnosed with patellofemoral pain syndrome". *Journal of Physical Medicine and Rehabilitation*, 87, 11. PP:1428 – 1435.

6. Devereaus, M.D., Lachmann, S.M. (1984). "Patello – femoral arthralgia in athletes attending a sport injury clini". *Br J. Sports Med.* 18: PP:18-21.
7. Dixit Sameer, M.D. Difiori, P. John. M.D. Burtonni, Moniqye, M.D. Mines, Brandon, M.D. (2007). "Management of patellofemoral pain syndrome". *American Family Physician January.* 15: 75: P: 2.
8. Green, S.T. (2002). "Patellofemoral syndrome". *Journal of Bodywork and Movement Therapies.* 2005. 9:PP: 16-26.
9. Haim, A. Yaniv, M. Dekel. S., Amir, H. (2006). "Patellofemoral pain syndrome: validity of clinical and radiological features". *Clinical Orthopaedics and Related Reserch.* PP:223-228.
10. Hazel, M. Clarkson. (2005). "Joint motion and function assessment: A research – based practical guide". Lippincott. Williams and Wilkins.PP: 178-185.
11. Jensen, MP. Karoly, P. Braver, S. (1986). "The measurement of clinical pain intensity: A comparison of six methods". *Pain.* 27:PP: 117-126.
12. Kibler, WB. (1987). "Strength and flexibility findings in anterior knee pain syndrome in athletes". *Am J Sports Med.* 15:P: 410.
13. Mayerson, NH. Milano RA. (1984). "Goniometric measurement reliability in physical medicine". *Arch Phys Med Rehabil,* 65: 92 ± 4.
14. Mc Connell, J. (2002). "The physical therapist's approach to patellofemoral disorders". *Clinics in sport medicine* 21, PP:363 – 387.
15. Messier SP, Davis S, Curl WW, Lowery RB, Pack RJ. (1991). "Etiologic factors associated with patellofemoral pain in runners". *Med and Sci in Sports and Exercise.* 23 (9): PP:1008-1015.
16. Mizuno Yasayuki. Kumajai Masaru. Mattessich Stephen and et al. (2001). "Q – angle influence tibiofemoral and patellofemoral kinematics". *Journal of Orthop research.* 19: PP:834-840.

17. Norkin, C. Cyntia and White, Joyce. (2003). "Measurement of joint motion". By F.A. Davis company. 3rd edition. PP:232-235.
18. Pagamas Piriayaprasarth, Meg E Morris, Adele Winter and Andrea E Bialocerkowski. (2008). "The reliability of knee joint position testing using electrogoniometry". *BMC Musculoskeletal Disorders*. 9:P: 6.
19. Piva, R. Sara. Fitzgerald, G. Kelley. Irrgang, J. James. Fritz M, Julie, Wisniewski Stephen, and et al (2009). "Associates of Physical Function and Pain in Patients with Patellofemoral Pain Syndrome". *Arch Phys Med Rehabil.* 90: PP:285-295.
20. Piva, R. Sara. Goodnite A, Edward. Childs D, John. (2005). "Strength around the Hip and Flexibility of soft tissues in individuals with and without patellofemoral pain syndrome". *Journal of orthopaedic and sports physical therapy.* 35: PP:793-801.
21. Post WR, Teitge R, Amis A. (2002). "Patellofemoral malignment: looking beyond the view box". *Clinics in Sports Medicine.* 21, PP: 521 546.
22. Shultz, J. Sandra. Hougum, A. Peggy. Perrin. David. (2000). "Assessment of athletic injuries". *Human Kinetics.* PP: 283-284.
23. Smith, AD. Stroud, L. McQueen, C. (1991). "Flexibility and anterior knee pain in adolescent elite figure skaters". *J Pediatr Orthop.* 11: PP:77-82.
24. Waryasz, R. Gregori and McDermot, Y. Ann. (2008). "Patellofemoral pain syndrome (PFPS): systematic review of anatomy and potential risk factors". *Dynamic Medicine.* 7: P:9.
25. White, C. Lisa. A. Dolphin, A. Philippa. Dixon John (2009). "Hamstring length in patellofemoral pain syndrome". *Physiotherapy.* 95: PP:24-28.
26. Willson, D. John., Davis S Irene. (2008). "Lower extremity mechanics of females with and without patellofemoral pain across activities with progressively greater task demands". *Clinical Biomechanics.* 23:PP: 203-211.

27. Witvrouw, E. Lysens R, Bellemans, J. et al. (2000). "Intrinsic risk factors for the development of anterior knee pain in an athletic population". A two – year prospective study. *Am J Sports Med.* 28: PP:480-489.