

اثر مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک بر احساس درد فشاری و رفلکس هافمن

ندا اورکی فر^۱، مرضیه محمدی^۲، فهیمه کمالی^۳، ثریا پیروزی^۴

چکیده

زمینه و هدف: مانیپولاسیون اغلب در درمان بیماران مبتلا به درد گردن، کمر، لگن و اختلالات ستون فقرات به کار برده می‌شود. هدف از این مطالعه، بررسی تأثیر مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک بر دو پارامتر الکتروفیزیولوژیک آستانه تحمل درد فشاری و دامنه رفلکس هافمن عصب تیبیا بود.

روش تحقیق: در این مطالعه ای مداخله‌ای نیمه‌تجربی که در سال ۱۳۸۸-۸۹ در دانشکده توانبخشی دانشگاه علوم پزشکی شیراز انجام شد، ۲۰ دانشجوی دختر سالم، داوطلبانه شرکت داشتند. دامنه‌ی رفلکس هافمن عصب تیبیا از عضله‌ی گاستروکمیوس و آستانه‌ی تحمل درد فشاری از برجستگی استخوانی خار خاصه‌ای خلفی-فوکانی همان سمت، قبل و بعد از انجام تکنیک مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک اندازه‌گیری می‌شد. مقادیر دامنه‌ی رفلکس هافمن تا ۲۰ و آستانه‌ی تحمل درد تا ۱۵ دقیقه بعد از تکنیک ثبت می‌شد. آتاالیز داده‌ها با نرم‌افزار SPSS (ویرایش ۱۸) و با آزمون اندازه‌گیری مکرر و آزمون متعاقب بونفرونی صورت گرفت.

یافته‌ها: موج رفلکس هافمن عصب تیبیا تا ۲۰ ثانیه بعد از تکنیک (16 ± 0.16) نسبت به قبل از انجام تکنیک (15 ± 0.35) کاهش معنی‌داری را نشان داد ($P=0.005$). مقادیر آستانه‌ی تحمل در زمان‌های بعد از انجام تکنیک نسبت به قبل از آن کاهش یافت؛ اگرچه بر اساس آزمون اندازه‌گیری مکرر، این تغییرات از لحاظ آماری معنی‌دار نبود.

نتیجه‌گیری: مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک سبب تضعیف گذرای تحریک‌پذیری نورون‌های حرکتی می‌شود. بکارگیری این تکنیک احتمالاً نمی‌تواند در آستانه تحمل درد فشاری، تغییری ایجاد کند. مانیپولاسیون می‌تواند در کاهش تون عضلانی مؤثر باشد.

واژه‌های کلیدی: مانیپولاسیون، مفصل ساکروایلیاک، درد فشاری، رفلکس هافمن

مجله علمی دانشگاه علوم پزشکی بیرجند. ۱۳۹۰:۱۸:۳۰۳-۳۱۱

دربافت: ۱۳۸۹/۴/۲۳ پذیرش: ۱۳۸۹/۴/۲۸

^۱ نویسنده مسؤول، دانشجوی کارشناسی ارشد فیزیوتراپی، دانشکده توانبخشی، دانشگاه علوم پزشکی شیراز، ایران.
آدرس: شیراز-بلوار چمران- خیابان ایوردی ۱ - دانشکده توانبخشی

تلفن: ۰۶۲۷۱۵۵۲-۵۷۱۱-۱۷۳۳-۷۱۳۴۵ - نمبر: ۰۶۲۷۱۵۵۲-۵۷۱۱-۱۷۳۳ - پست الکترونیک: Nedaoraki@yahoo.com

^۲ دانشجوی کارشناسی ارشد فیزیوتراپی، دانشکده توانبخشی، دانشگاه علوم پزشکی شیراز، ایران.

^۳ استادیار، گروه فیزیوتراپی، دانشکده توانبخشی، دانشگاه علوم پزشکی شیراز، ایران.

^۴ استادیار، گروه فیزیوتراپی، دانشکده توانبخشی، دانشگاه علوم پزشکی شیراز، ایران.

مقدمه

(۱۱) اثر مانیپولاسیون خلفی-قدامی مفصل ساکروایلیاک را بر دامنه رفلکس هافمن عصب تیبیا در افراد سالم بررسی کردند؛ نتایج این مطالعه کاهش دامنه رفلکس هافمن را به مدت بیش از ۱۵ دقیقه نشان داد. در تحقیق دیگری که در سال ۲۰۰۰ توسط *Bulbulian* و *Dishman* (۹) به منظور بررسی اثر مانیپولاسیون دو طرفه لومبوساکرال بر دامنه رفلکس هافمن عصب تیبیا در افراد سالم صورت گرفت، کاهش دامنه رفلکس هافمن بعد از انجام مانیپولاسیون، گذرا و نزدیک به ۳۰ ثانیه گزارش شد و در بررسی دیگری که در سال ۲۰۰۲ توسط *Dishman* و همکارانش (۱۲) بر روی افراد سالم انجام گرفت، مشخص گردید که مانیپولاسیون لومبار منجر به کاهش دامنه رفلکس هافمن عصب تیبیا می‌شود که حدود ۶۰ ثانیه به طول می‌انجامد؛ در حالی که مانیپولاسیون مهره‌های گردن تأثیری بر دامنه رفلکس هافمن عصب تیبیا ندارد. از دیگر کاربردهای مورد بررسی تکنیک مانیپولاسیون، تأثیر آن بر درد می‌باشد (۳). آستانه تحمل درد فشاری عبارت است از کمترین نیرو یا فشاری که درد یا ناراحتی را در فرد ایجاد می‌کند و اغلب به منظور ارزیابی تأثیر مانیپولاسیون بر درد سنجیده می‌شود (۱). *Vernon* و *Terret* (۱۳) در سال ۱۹۸۴ افزایش فوری در آستانه تحمل درد فشاری بعد از مانیپولاسیون توراکس را ۵۵-۴۰ درصد گزارش کردند که بیش از ۱۰ دقیقه باقی می‌ماند. در تحقیق دیگری (۱۴) که در سال ۱۹۹۴ بر روی افراد مبتلا به کمردرد مکانیکال مزمن انجام شد، مشخص گردید که هیچ یک از تکنیک‌های موبیلیزشن و مانیپولاسیون ناحیه لومبار منجر به افزایش آستانه تحمل درد فشاری نقاط میوفاشیال مورد بررسی نمی‌شود. *Schiller* (۱۵) در سال ۲۰۰۱، افزایش آستانه تحمل درد را بعد از یک دوره درمانی ۶ هفته‌ای مانیپولاسیون ناحیه توراسیک گزارش کرد که تا یک ماه پس از آن حفظ شد. با توجه به تناقضات موجود در مورد کاربرد و تأثیر تکنیک‌های مانیپولاسیون بر اسپاسم عضلانی (تحریک‌پذیری موتورنورون و تونسیته عضلانی) و متفاوت بودن مدت زمان

مانیپولاسیون از ۲۰۰۰ سال قبل به عنوان یک روش غیرجراحی، اغلب در درمان بیماران مبتلا به درد گردن، کمر، لگن و اختلالات ستون فقرات به کار برده می‌شود (۱). تکنیک مانیپولاسیون به صورت یک حرکت پاسیو، تمایل به جابجایی اجزاء یک مفصل یا گروه مفصلی بیشتر از دامنه فیزیولوژیک آن دارد (۲). این تکنیک با سرعت بالا و دامنه کم انجام و در یک بازه خیلی کوچک به مفصل سینویال اعمال می‌شود (۴،۳). اعتقاد بر آن است که مانیپولاسیون دارای برخی اثرات درمانی از قبیل کشش بافت‌های نرم اطراف مفصل، بهبود دامنه حرکتی، کاهش ادم اطراف مفصل و تصحیح نقایص وضعیتی می‌باشد (۵،۴). از دیگر اثرات مورد بررسی این تکنیک، نقش آن در درمان درد و اسپاسم عضلانی است (۶). بنا بر یک فرضیه، مانیپولاسیون ممکن است سبب کاهش فعالیت نورون‌های حرکتی شود و در نتیجه می‌تواند سبب کاهش هایپرتونسیتی شود (۷)؛ بنابراین اندازه‌گیری تغییرات فعالیت نورون‌های حرکتی آلفا می‌تواند با تعییر در تون عضلانی مرتبط باشد؛ زیرا این تغییرات، تعییر در ویژگی‌های انقباضی عصبی-عضلانی را منعکس می‌کند (۸). یکی از روش‌های بررسی فعالیت نورون‌های حرکتی، استفاده از تکنیک رفلکس هافمن-*H* (*reflex*) می‌باشد (۹). این تکنیک تحریک محیطی فیرهای آوران Ia برای ارزیابی تحریک‌پذیری حوضچه آلفا موتورنورون^۲ است (۱۰-۸). لازم به ذکر است که تعییر در دامنه رفلکس هافمن، ناشی از مهار یا تسهیل حوضچه آلفا موتورنورون مربوط به آن است؛ به طوری که کاهش دامنه رفلکس هافمن به معنای ناتوانی در به کارگیری نورون‌های حرکتی فعال قبلي است که در نتیجه مقدار واحدهای حرکتی فعال را کاهش می‌دهد و افزایش دامنه رفلکس هافمن یا تسهیل آن، نشان‌دهنده فعال شدن تعداد بیشتری از واحدهای حرکتی است (۸). در سال ۱۹۹۵ *Murphy* و همکارانش

^۱amplitude
^۲Alpha motoneuron pool

عادت ماهیانه، از جمله معیارهای خروجی از این طرح بود (۱۰,۹). پس از انتخاب فرد برای مطالعه، کلیه مراحل انجام کار برای وی توضیح داده می‌شد. از دستگاه الکترومایوگرافی Medelec مدل سفیر ۲ (ساخت آلمان)، برای ارزیابی دامنه رفلکس هافمن و از دستگاه نیروسنجه مدل FG-5020 (ساخت انگلستان) برای سنجش آستانه تحمل درد فشاری استفاده شد. لازم به ذکر است که در این مطالعه آنالیز داده‌ها با آزمون اندازه‌گیری مکرر انجام شد و نیز جهت محافظه‌کاری بیشتر در اعلام نتایج، آزمون تعقیبی بونفوونی که توان آن در کشف اختلاف بین زوج‌های مقایسه شده قبل و بعد از تکنیک متغیرهای بررسی شده کمتر است، به کار برده شد. همچنین به دلیل کم بودن حجم نمونه، قبل از انجام این آزمون، نرمال بودن توزیع داده‌ها برای هر دو متغیر مورد مطالعه بر اساس آزمون کلوموگرواسمیرونوف محاسبه شد که نتایج آن حاکی از نرمال بودن توزیع داده‌ها بود. متغیرهای وابسته در این مطالعه، نسبت رفلکس هافمن ماقزیمم به موج ام ماقزیمم ($H/Mmax$) برانگیخته شده در عضله گاستروکنیوس بود که این نسبت، میزان حوضچه نورون‌های حرکتی آلفای به کارگرفته شده به وسیله فیبرهای آوران Ia را نشان می‌دهد و به عنوان شاخص عملکردی تحریک‌پذیری حوضچه نورون‌های حرکتی آلفا استفاده گردید (۱۰,۹).

متغیر وابسته دیگر، آستانه تحمل درد فشاری بود. علی‌رغم این بودن تکنیک مانیپولاسیون (۴,۳) و نیز ارزیابی افراد قبل از شروع طرح که به منظور تشخیص موارد منع کاربرد مانیپولاسیون و در نتیجه حذف فرد از مطالعه انجام می‌شد، بر طرف کردن هر گونه مشکل احتمالی برای افراد شرکت‌کننده بر عهده مجریان طرح بود.

ثبت رفلکس هافمن عصب تیبیا از عضله گاستروکنیوس: مطابق با روش دمیترو (Dumitru)، فرد کاملاً آرام به حالت دمر بر روی تخت خوابیده، دستها کنار بدن، گردن به

تأثیر این تکنیک‌ها در پژوهش‌های مختلف و در نواحی مختلف ستون فقرات و به دلیل عدم بررسی همزمان تونسیتیه عضلانی و آستانه تحمل درد بعد از مانیپولاسیون در مطالعات گذشته، بر آن شدیدم تا خلاً موجود را با مطالعه خود تا حدی جبران کنیم. با توجه به محدود بودن تعداد مطالعات قبلی در بررسی مفصل ساکروایلیاک و علی‌رغم اینکه این مفصل یکی از منابع اصلی ایجاد درد در 30° درصد از بیمارانی است که از مشکلات کمردرد رنج می‌برند (۱۶)، مفصل ساکروایلیاک برای انجام تکنیک مانیپولاسیون در این تحقیق انتخاب شد.

روش تحقیق

این تحقیق، یک مطالعه مداخله‌ای نیمه‌تجربی^۱ است که با استفاده از فرمولهای نرم‌افزار NCSS^۲ (شرکت LLC کانادا، ۱۹۸۱) و مطابق با نظر متخصص آمار، بر اساس اطلاعات مقالات موجود در زمینه تأثیر مانیپولاسیون بر آستانه تحمل درد فشاری (۵) و نیز تأثیر آن بر دامنه رفلکس هافمن (۹) و تعیین روند تغییرات میانگین و انحراف معیار قبل و بعد از انجام تکنیک با گذر زمان در مقالات ذکر شده و همچنین با در نظر گرفتن توان آزمون 80 درصد و سطح معنی‌داری 0.05 ، دارای حجم نمونه 20 نفر تعیین گردید. افراد شرکت کننده در این تحقیق از دانشجویان دختر ۱۸-۳۰ سال دانشگاه علوم پزشکی شیراز به روش نمونه‌گیری آسان انتخاب شدند. وجود شرایطی که انجام مانیپولاسیون کنtra اندیکاسیون دارد از قبیل: ضایعات تخریبی دنده، مهره، پلویس، شکستگی یا درفتگی ترمیم شده، سندروم دم اسپی، آنوریسم شکمی، درد ارجاعی احتشایی، عفونت یا التهاب رماتیسمی، نئوپلاسم بعضی از بیماری‌های خاص مثل نروپاتی محيطی، رادیکولوپاتی، وجود هر گونه درد در ناحیه ساکروایلیاک، کمر و اندام‌های تحتانی مرتبط با آن و نیز سابقه هر گونه درد یا مشکل در این نواحی طی یک سال گذشته، همچنین ورزشکار بودن و قرار داشتن در سیکل

¹Quasi experimental
²Number cruncher statistical system

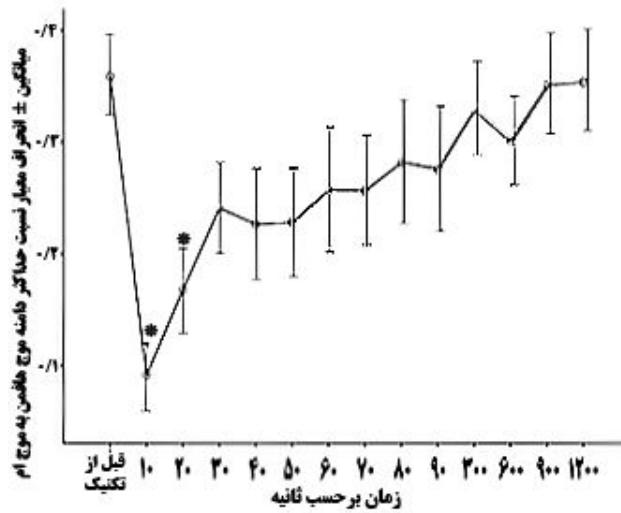
نیز از شدت جریان $5 \pm$ ولت موج رفلکس هافمنی که در قله نمودار قرار داشت با افزایش ۲ ولتی شدت جریان استفاده شد تا بدین ترتیب بهترین شدت جریان برای برانگیختن رفلکس هافمن و موج ام از عضله گاستروکنیوس تعیین شود (۱۰,۹). پس از مشخص شدن شدت جریان مناسب، آزمونگر ۱ یک موج ام مانگزیم و همچنین ده موج رفلکس هافمن را به عنوان میانگین دامنه، قبل از انجام تکنیک ثبت می‌کرد. پس از آن آزمونگر ۲، آستانه تحمل درد را با فشار دادن عمودی نیروسنج بر روی خار خاصره‌ای خلفی- فوقانی سمت راست اندازه می‌گرفت. اندازه‌گیری آستانه، سه بار با فاصله زمانی ۲۰ ثانیه انجام می‌شد (۱۸). میزان اعمال فشار آزمونگر ۲ در زمان ثبت آستانه تحمل درد، همواره ثابت و در بازه یک کیلوگرم در ثانیه قرار داشت (۱)؛ حین این عمل از فرد خواسته می‌شد که به محض تغییر حس فشار به درد، با گفتن کلمه "آه" آزمونگر را مطلع سازد تا وی با متوقف کردن فشار، عدد مربوطه را ثبت نماید (۱). بنا بر مطالعات قبلی، اعمال مکرر فشار، تغییری در حساسیت فرد به درد ایجاد نمی‌کرد (۱۸). در ادامه، فرد به حالت طاقباز قرار گرفته و تکنیک مانیپولاسان مفصل ساکرواپلیاک از نوع گلاید چرخشی مطابق با روش Edmond (۱۹) توسط آزمونگر ۳، بر روی سمت راست فرد اعمال می‌شد؛ برای انجام این تکنیک، فرد در حالت طاقباز دست‌ها را پشت سر قفل کرده، مهره‌ها و لگن او در خط وسط قرار داشته و درمانگر در سمت مقابل او ایستاده، ابتدا فرد را در جهت مخالف خود خم کرده و سپس تنہ فوقانی او را به سمت خود می‌چرخاند؛ دست ثبات‌دهنده درمانگر، بازوهای فرد را نگه داشته تا تنہ فوقانی او در حالت چرخیده شده، حفظ شود و دست حرکت دهنده او بر روی خار خاصره‌ای قدمی- فوقانی سمت راست فرد قرار می‌گرفت. برای انجام تکنیک، دست حرکت دهنده درمانگر با یک حرکت ناگهانی خار خاصره ای قدمی- فوقانی را در جهت پایین و خارج و عقب حرکت می‌داد (شکل ۱)؛ این حرکت ناگهانی در کمتر از یک ثانیه اعمال می‌شد. بعد از

سمت راست چرخیده و مج پای وی تا قسمت علامت زده مالئول‌ها بیرون از تخت قرار گرفته و یک بالشت زیر ساق پاهای او قرار داده شد. خطی از میانه حفره پیلیته‌ال تا قسمت پرگزیمال مالئول داخلی پای راست وی رسم شده و نقطه وسط این خط، محل قرارگیری الکترود اکنیو ثبات یا $E1$ در نظر گرفته شد. به دلیل دو قطبی بودن الکترودها، الکترود رفرانس ثبات یا $E2$ ، دو سانتی‌متر پایین‌تر از آن قرار می‌گرفت و سپس این دو الکترود به وسیله باندی به طور محکم به فرد متصل شد. الکترود گراند بر روی مالئول‌ها متصل می‌شد و نیز الکترود تحریکی کاتد در میانه حفره پیلیته‌ال و آند در دیستال آن قرار می‌گرفت (۱۷). تمیز کردن پوست محل قرارگیری الکترودها به وسیله الکل و خیس کردن پدها و الکترود گراند، مقاومت پوست را به حداقل می‌رساند. موج تحریکی شامل پالس‌های مربعی با طول زمانی $1/5$ میلی‌ثانیه و فرکانس $1/10$ هرتز بود. حساسیت دستگاه 1 میلی‌ولت و سوئیپ^۱ 100 میلی‌ثانیه انتخاب شد. این مراحل توسط آزمونگر ۱ انجام شده و مقادیر قله به قله^۲ دامنه امواج رفلکس هافمن و موج ام ثبت شده از عضله گاستروکنیوس به صورت دیجیتال اندازه‌گیری می‌شد. در تمام مدت انجام تحقیق، وضعیت کلی فرد برای جلوگیری از تغییر طول‌های عضلانی و نیز وجود حالت‌های خاص از جمله عطسه، سرفه و نفس عمیق و حتی بستن چشم‌ها و همچنین میزان هوشیاری فرد که از عوامل تأثیرگذار بر دامنه موج رفلکس هافمن به شمار می‌آیند، به خوبی کنترل گردید (۱۰).

رسم منحنی فراخوانی (H/M recruitment curve):

در ابتدای جلسه، منحنی فراخوانی H/M از طریق افزایش ۵ ولتی شدت جریان، از مقدار زیر آستانه تا حد مانگزیم رسم می‌شد. موج ام مانگزیم عبارت بود از موجی که با سه دوره افزایش شدت جریان، تغییری در دامنه آن ایجاد نشده و جهت پیدا کردن موج رفلکس هافمن مانگزیم

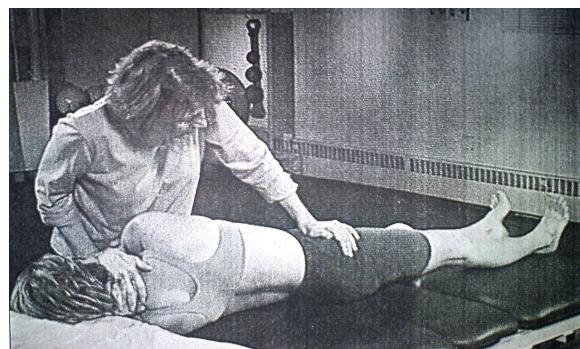
¹sweep
²Peak to peak



نمودار ۱- روند تغییرات نسی حداکثر دامنه موج هافمن به موج ام عصب تبیا بعد از انجام تکنیک مانیپولاسیون مفصل ساکرواپلیاک اختلاف معنی دار در ثانیه ۱۰ و ۲۰ بعد از مانیپولاسیون نسبت به قبل از آن وجود دارد (داده ها به صورت میانگین انحراف معیار نمایش داده شده اند). علامت * نماینده $P < 0.05$ می باشد.

همانگونه که در جدول یک دیده می شود مقادیر نسبت حداکثر دامنه موج هافمن به موج ام در دقایق ۵، ۱۰، ۱۵، ۲۰، تقریباً به مقدار اولیه خود بازگشته است و همچنین بیشترین میزان تضعیف موتورنورون در ده ثانیه اول بعد از مانیپولاسیون می باشد. نتایج بررسی شده تغییرات دامنه موج ام بعد از مانیپولاسیون نسبت به قبل از انجام تکنیک با آزمون تی زوجی^۱ نیز اگرچه از لحاظ آماری معنی دار است (۰.۰۳۲)؛ اما این تغییرات بسیار کم می باشد (جدول ۲). همچنین در بررسی آستانه تحمل درد با آزمون اندازه گیری مکرر مشخص شده است که کاهش این مقادیر بعد از مانیپولاسیون نسبت به قبل از آن تنها در دقیقه ۱۵ معنی دار است و در دیگر دقایق بررسی شده بعد از انجام مانیپولاسیون نسبت به قبل از آن، تفاوت معنی داری مشاهده نمی شود (جدول ۳). لازم به ذکر است که تکرار پذیری دستگاه نیروسنج در سطح اطمینان ۹۵٪ برابر با ۰/۹۶ بود که حاکی از تکرار پذیری بالای آن می باشد (CI: ۰/۹۴-۰/۹۸).

انجام تکنیک، فرد بلا فاصله به حالت قبل برگشته و آزمونگر ۱ از ثانیه ۱۰ تا ۹۰ با فرکانس ۱/۰ هرتز رفلکس هافمن را با شدت جریان تعیین شده قبلی ثبت می کرد و نیز در هر کدام از دقایق ۵، ۱۰، ۱۵ و ۲۰، ده موج رفلکس هافمن از فرد گرفته می شد (۱۰، ۹)؛ آزمونگر ۲ نیز در دقایق ۱، ۵، ۱۰ و ۱۵ مجدداً سه بار آستانه تحمل درد را با فاصله زمانی ۲۰ ثانیه اندازه گیری می کرد؛ در انتهای کار در دقیقه بیستم، یک موج ام مانگزیم توسط آزمونگر ۱ گرفته می شد (۱۰، ۹). اندازه گیری مقادیر دامنه موج ام مانگزیم در ابتدا و انتهای جلسه و نیز کنترل میزان دامنه موج ام حین اندازه گیری رفلکس هافمن، به منظور اثبات این امر که تغییرات در محیط تحریکی و ثبت، تأثیر عمیقی بر پاسخ های رفلکس هافمن نگذاشته است، صورت می گرفت (۱۰، ۹).



شکل ۱- نحوه اجرای مانیپولاسیون مفصل ساکرواپلیاک

یافته ها

بر اساس نتایج آزمون اندازه گیری مکرر تضعیف موقت و کوتاه مدت نسبت حداکثر دامنه رفلکس هافمن به موج ام عصب تبیا وجود دارد که ۲۰ ثانیه به طول می نجامد و اگرچه در این ایام بعد نیز این روند کاهشی نسبت به قبل از مانیپولاسیون وجود دارد؛ اما هیچ یک از این مقادیر از لحاظ آماری معنی دار نیست (نمودار ۱).

$$(F=29/76 \quad P<0.05)$$

جدول ۱- روند تغییرات نسبت حداکثر دامنه موج رفلکس هافمن به موج ام عصب تیبیا قبل و بعد از انجام تکنیک مانیپولاسانیون مفصل ساکروایلیاک

سطح معنی‌داری	نسبت حداکثر دامنة موج رفلکس هافمن به موج ام	زمان ثبت
-	.۰/۳۵±۰/۱۵	قبل از تکنیک
*.	.۰/۰۹±۰/۱۳	ثانیه ۱۰ بعد از تکنیک
*.۰/۰۰۵	.۰/۱۶±۰/۱۶	ثانیه ۲۰ بعد از تکنیک
.۰/۵۱۲	.۰/۲۴±۰/۱۷	ثانیه ۳۰ بعد از تکنیک
.۰/۴۱۵	.۰/۲۲±۰/۱۷	ثانیه ۴۰ بعد از تکنیک
.۰/۵۸۴	.۰/۲±۰/۲۱	ثانیه ۵۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۲۵±۰/۲۴	ثانیه ۶۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۲۵±۰/۲۱	ثانیه ۷۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۲۸±۰/۲۴	ثانیه ۸۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۲۷±۰/۲۴	ثانیه ۹۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۳۲±۰/۱۸	ثانیه ۳۰۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۳±۰/۱۶	ثانیه ۶۰۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۳۵±۰/۱۶	ثانیه ۹۰۰ بعد از تکنیک
۱	.۰/۳۵±۰/۱۹	ثانیه ۱۲۰۰ بعد از تکنیک

* اختلاف معنی‌دار نسبت به قبل از آن وجود دارد.
داده‌ها به صورت میانگین \pm انحراف معیار نمایش داده شده‌اند.

جدول ۲- تغییرات در میزان دامنه موج ام قبل و بعد از انجام تکنیک مانیپولاسانیون مفصل ساکروایلیاک در دقیقه ۲۰

سطح معنی‌داری	دامنه موج ام (میلی‌ولت)	زمان ثبت
.۰/۰۳۲	.۷/۷۷±۱/۸۴	قبل از تکنیک
	.۷/۱±۱/۹	بعد (دقیقه ۲۰)

داده‌ها به صورت میانگین \pm انحراف معیار نمایش داده شده‌اند.

جدول ۳- روند تغییرات آستانه تحمل درد قبل و بعد از انجام تکنیک مانیپولاسانیون مفصل ساکروایلیاک.

سطح معنی‌داری	آستانه تحمل درد	زمان ثبت
-	.۳/۴۷±۰/۸۲	قبل از تکنیک
.۰/۴۷۲	.۳/۰۳±۱/۱۶	دقیقه ۱
۱	.۳/۳۲±۰/۹۶۷	دقیقه ۵
.۰/۰۸۴	.۳/۱۹±۰/۹۱	دقیقه ۱۰
.۰/۰۳۹*	.۳/۱±۰/۰۹۱	دقیقه ۱۵

* اختلاف معنی‌دار کاهش آستانه تحمل درد نسبت به قبل از انجام تکنیک وجود دارد.
داده‌ها به صورت میانگین \pm انحراف معیار نمایش داده شده‌اند.

عنوان تخلیه الکتریکی حسی بعد از انقباض^۳ توضیح داده شده است که بر اساس آن انقباض عضله، سبب فعال شدن موتورنورون‌های آن می‌شود و به دنبال آن به منظور هماهنگی فیرهای داخل دوکی با فیرهای خارج دوکی، سیگنال‌های گاما موتورنورون به دوک عضلانی ارسال شده و در نتیجه سطح فعالیت دوک عضلانی و فیرهای آوران Ia و II را افزایش می‌دهد. با توقف انقباض عضله، تخلیه دوک عضلانی همچنان بالاتر از سطح استراحت قبلی باقی می‌ماند که منجر به افزایش تون عضلانی و اسپاسم مقاومت به کشش می‌شود. اعمال کشش ناگهانی از جمله مانیپولاسیون سبب می‌شود که فیرهای داخل دوکی دوباره به حالت قبل برگشته و در نتیجه تون عضلانی کاهش یابد (۲۳). تضعیف بعد از فعال شدن^۳، مکانیسم دیگری است که ممکن است در مهار رفلکسی بعد از مانیپولاسیون تأثیر بگذارد. تضییف سیناپس Ia- موتورنورون بعد از فعالیت قبلی قوس رفلکسی کشش به عنوان پدیده «تضییف بعد از فعال شدن» به خوبی شناخته شده است (۹). لازم به ذکر است که اگر چه دامنه رفلکس هافمن تحت تأثیر عوامل مختلف قرار می‌گیرد اما بررسی‌های انجام شده بر روی دامنه موج ام در ابتدا و انتهای کار و نیز مقادیر ثبت شده آن همراه با موج هافمن تغییرات بسیار کمی را نشان می‌دهد و بنابراین می‌توان نتیجه گرفت که تغییرات ایجاد شده در دامنه موج رفلکس هافمن به دلیل تأثیر فیزیولوژیک تکنیک مانیپولاسیون می‌باشد و نه به دلیل تأثیر عوامل مختلف محیطی. از دیگر یافته‌های این تحقیق آن است که مانیپولاسیون بر آستانه تحمل درد تأثیر قابل ملاحظه‌ای ندارد. مطالعات زیادی نشان داده‌اند که مقدار طبیعی آستانه تحمل درد در قسمت‌های پایین‌تر ستون فقرات نسبت به قسمت‌های بالاتر آن بیشتر است (۲۴) Vanderween و همکارانش (۲۲) دلیل این امر را وجود حجم کمتر مکانو رسپتورها و گیرنده‌های دردزا در قسمت‌های پایین‌تر ستون فقرات از جمله ناحیه لومبار و ساکروایلیاک بیان

بحث
یافته‌های این تحقیق نشان می‌دهد که مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک تأثیر عمیق اما گذرایی بر تحریک‌پذیری موتورنورون اعمال می‌کند که منجر به رفلکس مهاری می‌شود. در حقیقت این احتمال می‌رود که مانیپولاسیون سبب تغییر در میزان تخلیه الکتریکی حسی به خصوص در فیرهای آوران Ia شود که در پاسخ به تغییر در فعالیت عضله و یا تغییر طول آن اتفاق می‌افتد که بر اساس مطالعات صورت گرفته، مدت زمان این تغییر تخلیه از ۲ تا ۴۰۰ ثانیه تخمین زده شده است که حداقل اثر آن تا ۵۰ ثانیه به طول می‌انجامد (۲۱) که در مطالعه جاری نیز مدت زمان این تغییر تخلیه الکتریکی و رفلکس مهاری ناشی از آن ۲۰ ثانیه به دست آمده است که این یافته با نتایج مطالعات انجام شده توسط گروه Dishman که حاکی از ۳۰ ثانیه مهار موتورنورون به دنبال مانیپولاسیون لومبوساکرال و ۶۰ ثانیه مهار آن پس از مانیپولاسیون ناحیه لومبار بود، هم خوانی دارد (۱۰، ۹، ۱۲)؛ اگر چه این مدت زمان با نتیجه مطالعه Murphy و همکارانش (۱۱) که بیانگر ۱۵ دقیقه کاهش فعالیت موتورنورون به دنبال مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک می‌باشد متفاوت است که شاید دلیل این امر تفاوت در نوع تکنیک‌های کاربردی باشد که در مطالعه وی از مانیپولاسیون خلفی- قدامی و در تحقیق حاضر از تکنیک گلاید چرخشی استفاده شده است که ممکن است تکنیک گلاید چرخشی یک طرفه نسبت به تکنیک مانیپولاسیون کلّی ساکروایلیاک در تحقیق مورفی، مکانو رسپتورهای کمتری را فعال کرده و در نتیجه تأثیر مهاری کمتری ایجاد کند. از دیگر دلایل تضعیف موتورنورون به دنبال مانیپولاسیون، حجم نسبتاً بالای دوک عضلانی^۱ در عضلات اندام‌ها و پاراسینهال می‌باشد؛ بنابراین کشش عضلانی ناشی از مانیپولاسیون ممکن است حالت مکانیکال گیرنده‌های دوک را تغییر داده و منجر به رفلکس مهاری موتورنورون شود. این پدیده توسط Donaldson تحت

Post contraction sensory discharge.
Post activation depression

Muscle spindle

می‌توان در مطالعات بعدی، تکنیک‌های مختلف مانیپولاسیون را با یکدیگر مقایسه کرد و همچنین از افراد بیمار با درد و اسپاسم عضلانی استفاده شود.

نتیجه‌گیری

بنا بر یافته‌های این تحقیق، مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک تأثیر قابل ملاحظه اما گذراخی بر تحریک‌پذیری موتورنورون اعمال می‌کند که منجر به رفلکس مهاری می‌شود که ۲۰ ثانیه به طول می‌انجامد؛ اما اعمال این تکنیک نمی‌تواند سبب افزایش قابل ملاحظه آستانه تحمل درد فشاری شود.

تقدیر و تشکر

این طرح تحقیقاتی با کد ۸۸-۴۹۱۸ در دانشگاه علوم پزشکی شیراز تصویب شد و لازم است از خدمات کلیه عزیزانی که مارا در انجام آن یاری رساندند، مراتب قدردانی به عمل آید.

کردند که خود می‌تواند دلیلی بر عدم تغییر آستانه تحمل درد در این تحقیق باشد. در مطالعه انجام شده در سال ۲۰۰۸ توسط *Thomson* و همکارانش به منظور مقایسه تأثیر موبیلیزیشن و مانیپولاسیون ناحیه لومبار بر آستانه تحمل درد نیز هیچ تغییر قابل ملاحظه آماری پس از اعمال این دو تکنیک مشاهده نشد (۱) در حالی که در مطالعات انجام شده بر روی قسمت‌های فوقانی ستون فقرات از جمله ناحیه سرویکال و توراسیک مانیپولاسیون، سبب افزایش آستانه تحمل درد فشاری شده است (۱۳، ۱۵، ۲۵). خستگی ایجاد شده ناشی از تحریکات متوالی به منظور ثبت رفلکس هافمن می‌تواند از دیگر دلایل معنی‌دار شدن کاهش آستانه تحمل درد در دقیقه پانزده بعد از مانیپولاسیون باشد. تحقیقات بیشتر به منظور بررسی اثرات کاهش درد تکنیک مانیپولاسیون مفصل ساکروایلیاک در افراد بیمار پیشنهاد می‌شود. تحقیق جاری می‌تواند پایه‌ای برای مطالعات بعدی در زمینه تأثیر مانیپولاسیون بر اسپاسم عضلانی و درد در افراد بیمار باشد. در این مطالعه فقط از یک جنس و با دامنه سنی محدود استفاده شد که بهتر است در مطالعات آتی ارتقاء یابد و نیز

منابع:

- 1- *Thomson O, Haig L, Mansfield H. The effect of high-velocity low-amplitude thrust manipulation and mobilization techniques on pressure pain threshold in the lumbar spine. Int J Osteopath Med. 2009;12(2): 56-62.*
- 2- *Maigne R. Diagnosis and treatment of pain of vertebral origin. J Manipulative Physiol Ther. 1992; 15:71-5*
- 3- *Greenman P. Principles of manual medicine. 3rd. ed. Philadelphia:Lippincott; 2003. pp:344-61.*
- 4- *Maitland G, Hengeveld E, Banks K, English K. Maitland's vertebral manipulation. 6th. ed. New York: Shall; 2001. pp: 207-11.*
- 5- *Fryer G, Carub S, McIver S. The effect of manipulation and mobilization on pressure pain thresholds in the thoracic spine. J Osteopath Med. 2004; 7(1):8-14.*
- 6- *Magine J, Vautravers PH. Mechanism of action of spinal manipulative therapy. Joint Bone Spine. 2003; 70: 336-41.*
- 7- *Dishman JD, Ball kA, Burke J. Central motor excitability change after spinal manipulation: a transcranial magnetic stimulation study. J Manipulative Physiol Ther. 2002; 25(1): 1-9.*
- 8- *Hoch M. Effect of functional fatigue on the soleus Hoffman reflex in subjects with functional ankle instability [dissertation]. Athens: Ohio University; 2008.*
- 9- *Dishman J, Bulbulian R. Spinal reflex attenuation associated with spinal manipulation. Spine. 2000; 25: 19-25.*
- 10- *Dishman J, Burke J. Spinal reflex excitability changes after cervical and lumbar spinal manipulation: a comparative study. Spine. 2003; 3(3): 204-12.*

- 11- Murphy BA, Dawson NJ, Slack JR. Sacroiliac joint manipulation decreases the H-reflex. *Electromyogr Clin Neurophysiol.* 1995; 35(2): 87-94.
- 12- Dishman J, Cunningham B, Burke J. Comparison of tibial nerve H-reflex excitability after cervical and lumbar spine manipulation. *Manipulative Physiol Ther.* 2002; 25(5):318-25.
- 13- Terret AC, Vernon H. Manipulation and pain tolerance. A controlled study of the effect of spinal manipulation on paraspinal cutaneous pain tolerance. *Am J Phys Med.* 1984; 63(5):217-25.
- 14- Cote P, Mior SA, Vernon H. The short term effect of a spinal manipulation on pain pressure threshold in patients with chronic mechanical low back pain. *Manipulative Physiol Ther.* 1994; 17(6):364-8.
- 15- Schiller L. Effectiveness of spinal manipulative therapy in the treatment of mechanical thoracic spinal pain: a pilot randomized clinical trial. *Manipulative Physiol Ther.* 2001; 24(6): 394-401.
- 16- Schwarzer A, Aprill C, Bogduk N. The sacroiliac joint in chronic low back pain. *Spine.* 1995; 20:31-7.
- 17- Dumitru D, Amato A, Zwart M. *Electrodiagnostic medicine.* 2nd. ed. Philadelphia: Hanley & Belfus; 2002. pp:244-7.
- 18- Ruiz M, Penas C, Blanco R. Changes in pressure pain sensitivity in latent myofascial trigger points in the upper trapezius muscle after a cervical spine manipulation in pain -free subjects. *J Manipulative Physiol Ther.* 2007; 30(8): 578-83.
- 19- Edmond S. *Joint mobilization/manipulation.* 2nd. ed. New Jersey: Elsevier; 2006; 317-27.
- 20- Goldberg J, Seaborne DE, Sullivan SJ, Leduc BE. The effect of therapeutic massage on h-reflex amplitude in persons with a spinal cord injury. *Phys Ther.* 1994; 74(8): 728-36.
- 21- Gergory JE, Morgan DL, Proske U. After effects in the responses of cat muscle spindles. *J Neurophysiol.* 1986; 56(2):451-61.
- 22- Vanderween L, Oostendorp RAB, Vaes P, Duquet W. Pressure algometry in manual therapy. *Manual Therapy.* 1996; 1(5): 258-65.
- 23- Knutson GA , Owens EF. Active and passive characteristics of muscle tone and their relationship to models of subluxation/joint dysfunction part II. *Can Chiropr Assoc.* 2003; 47(4):269-83.
- 24- Fisher AA. Pressure algometry over normal muscles. Standard values, validity and reproducibility of pressure threshold. *Pain.* 1987; 30(1):115-26.
- 25- Cleland JA, Rodriguez B, Alburquerque F. Changes in pressure pain thresholds over C5-C6 zygopophysesl joint after a cervicothoracic junction manipulation in healthy subjects. *J Manipulative Physiol Ther.* 2008; 31(5):332-7.

The effect of Sacroiliac joint manipulation on pressure pain and Hoffmann's reflex

N. Orakifar¹, M. Mohammadi², F. Kamali³, S. Piroozy⁴

Background and Aim: Spinal manipulation is a treatment modality in the management of patients with pain in the neck, low back or pelvic disorders. The objective of this research was to determine the effects of sacroiliac joint manipulation on selected electrophysiological parameters including pressure pain thresholds (PPT) and Tibial nerve Hoffmann's reflex (H-reflex) amplitude.

Materials and Methods: In this quasi-experimental study between 2009 and 2010, 20 healthy young female volunteers of Shiraz University Of Medical Sciences participated. Pressure pain threshold was measured from the posterior superior iliac spine and H.reflex recorded from the Tibial nerve of the same side were evaluated before and after sacroiliac joint manipulation. H- reflex for 20 and PPT for 15 minutes were recorded after manipulation. Data analysis was done by means of SPSS (version 18), repeated measure analysis ,and post-hoc Bonferroni.

Results: Sacroiliac joint manipulation attenuated alpha motor neuronal activity significantly for 20 seconds ($Mean \pm SD$, 16 ± 0.16) compared to before the technique ($Mean = 035 \pm 0.15$), $P=0.005$. PPT values reduced in post manipulation versus pre manipulation; although there were statistically no significant differences in PPT based on recursive measuring test.

Conclusion: Sacroiliac joint manipulation procedure produces a transient attenuation of alpha motor neuronal excitability. Probably, applying this technique cannot change pressure pain threshold. Manipulation can have a muscle tone reduction effect.

Key Words: Manipulation, Sacroiliac joint, Pressure pain ,H-reflex

Journal of Birjand University of Medical Sciences. 2012; 18(4): 302-311

Received: July 14, 2010

Accepted: January 18, 2011

¹ Corresponding Author; Postgraduate Student of physiotherapy, Faculty of Rehabilitation, Shiraz University of Medical Sciences. Shiraz, Iran
Nedaoraki@yahoo.com

² Postgraduate Student of physiotherapy, Faculty of Rehabilitation, Shiraz University of Medical Sciences. Shiraz, Iran

³ assistance professor, Department of physiotherapy, , Faculty of Rehabilitation, Shiraz University of Medical Sciences. Shiraz, Iran

⁴ assistance professor, Department of physiotherapy, , Faculty of Rehabilitation, Shiraz University of Medical Sciences. Shiraz, Iran