

การพัฒนาอุปกรณ์พยุงน้ำหนักสำหรับฝึกเดิน ที่สามารถปรับความกว้างได้

ภัทรีธรา มีเศรษฐี¹, จันทิมา ทองสมบัติพาณิชย์¹, สุดคนึง แววสูงเนิน¹, นิธินันท์ ชัยศิริ² และ รัมภา บุญสินสุข^{2*}

¹ ขณะดำเนินการวิจัยเป็นนิสิตชั้นปีที่ 4 คณะสหเวชศาสตร์ มหาวิทยาลัยศรีนครินทรวิโรฒ

² สาขากายภาพบำบัด คณะสหเวชศาสตร์ มหาวิทยาลัยศรีนครินทรวิโรฒ

* Corresponding author: rumpa@swu.ac.th

บทคัดย่อ

หลักการและเหตุผล: การฝึกให้ผู้ป่วยทางระบบประสาทเดินโดยมีการช่วยพยุงน้ำหนักของผู้ป่วยในขณะที่เดินบนลู่วิ่งทำให้การเดินของผู้ป่วยดีขึ้น แต่การใช้ อุปกรณ์พยุงน้ำหนักสำหรับฝึกเดินในประเทศไทยยังไม่เป็นที่แพร่หลาย เนื่องจากมีราคาแพงและต้องนำเข้าจากต่างประเทศ อีกทั้งความกว้างของอุปกรณ์พยุง น้ำหนักที่กำหนดไว้ค่อนข้างแน่นอน ทำให้ใช้ได้กับลู่วิ่งเพียงบางรุ่นเท่านั้น **วัตถุประสงค์:** เพื่อประดิษฐ์อุปกรณ์พยุงน้ำหนักสำหรับฝึกเดินที่ถอดประกอบและปรับ ความกว้างได้ สามารถพยุงน้ำหนักได้ 1 - 40 กก. **วิธีการศึกษา:** ประดิษฐ์อุปกรณ์พยุงน้ำหนักที่สามารถถอดประกอบได้ จากนั้นทดสอบความแม่นยำในการยก น้ำหนักของเครื่อง โดยเปรียบเทียบกับตุ้มน้ำหนักมาตรฐาน ตั้งแต่ 1 - 40 กก. และเทียบกับอุปกรณ์ที่นำเข้าจากต่างประเทศ (Biodex[®]) โดยยกน้ำหนักขณะยืน 30% ของน้ำหนักตัว ในคนสุขภาพดี 15 คน ที่มีน้ำหนักอยู่ในช่วง 40 - 120 กก. โดยเปรียบเทียบน้ำหนักที่ยกได้และน้ำหนักที่เหลือนบนเครื่องซึ่งน้ำหนัก วิเคราะห์ ข้อมูลโดยใช้สถิติแบบ intraclass correlation และทดสอบความคงที่ในการพยุงน้ำหนักขณะฝึกเดิน ในคนสุขภาพดีจำนวน 7 คน ขณะเดินบนลู่วิ่งและใช้อุปกรณ์ พยุงน้ำหนักทั้ง 2 ประเภท โดยบันทึกค่าน้ำหนักที่ยกขึ้นขณะเดินทุก ๆ 5 นาที แล้วนำมาทดสอบทางสถิติด้วย 2-way repeated measures ANOVA **ผล การศึกษา:** ผลการทดสอบความแม่นยำในการพยุงน้ำหนักกับน้ำหนักมาตรฐาน พบความคลาดเคลื่อนจากน้ำหนักมาตรฐานคิดเป็น 2% ของน้ำหนักมาตรฐาน ผลการทดสอบความแม่นยำในการพยุงน้ำหนักโดยเทียบกับอุปกรณ์ที่นำเข้าจากต่างประเทศ พบว่ามีความสัมพันธ์ไปในทิศทางเดียวกันอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($r = 0.993$) และผลการทดสอบความคงที่ในการพยุงน้ำหนักของอุปกรณ์พยุงน้ำหนักขณะเดินในแต่ละช่วงเวลา ระหว่างอุปกรณ์พยุงน้ำหนักที่นำเข้าจาก ต่างประเทศ และอุปกรณ์พยุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น พบว่าทั้ง 2 อุปกรณ์มีความคงที่ในการพยุงน้ำหนักตลอดช่วงเวลา 20 นาที ขณะเดินบนลู่วิ่งเทียบเท่ากัน **สรุป:** อุปกรณ์พยุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นใหม่นั้น มีโครงสร้างที่สามารถถอดประกอบได้ง่าย การขนย้ายสะดวก สามารถประกอบเข้ากับลู่วิ่งส่วนใหญ่ที่ใช้ภายใน ศูนย์ฟื้นฟูภายในประเทศไทย และมีความแม่นยำในการพยุงน้ำหนักเทียบเท่ากับอุปกรณ์พยุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ

คำสำคัญ: body weight support, adjustable BWS, gait rehabilitation, treadmill, gait training

ไทยเภสัชศาสตร์และวิทยาการสุขภาพ 2553;5(1):45-53[§]

บทนำ

การเดินเป็นการเคลื่อนไหวที่สำคัญในการพาร่างกายไปสู่ จุดหมายที่ต้องการ โดยอาศัยการเคลื่อนไหวของข้อต่อต่าง ๆ บริเวณขาและเชิงกราน ภายใต้การควบคุมของระบบประสาทและ กล้ามเนื้อ ผู้ป่วยที่มีพยาธิสภาพทางระบบประสาท เช่น ผู้ป่วยโรค หลอดเลือดสมอง มักมีความเสียหายของระบบประสาทส่วนที่ ควบคุมการเคลื่อนไหว ส่งผลให้กล้ามเนื้ออ่อนแรง การเคลื่อนไหว ของแต่ละข้อต่อไม่ประสานกัน และมีความตึงตัวของกล้ามเนื้อที่ ผิดปกติ ปัญหาดังกล่าวทำให้การยืนและเดินของผู้ป่วยทางระบบ ประสาทบกพร่อง¹ ซึ่งผู้ป่วยจำเป็นต้องได้รับการรักษาและการฟื้นฟู สมรรถภาพการเดินจากทีมบุคลากรด้านสุขภาพ งานวิจัยที่ผ่านมา แสดงให้เห็นว่าการฟื้นฟูสมรรถภาพการเดินของผู้ป่วยที่มีพยาธิ สภาพทางระบบประสาทควรเริ่มขึ้นอย่างรวดเร็ว โดยหากเริ่มการ

ฟื้นฟูการเดินภายในระยะเวลาสามเดือนแรกหลังจากมีพยาธิ สภาพที่สมอง จะทำให้ผู้ป่วยสามารถกลับมาเดินได้ใกล้เคียงปกติ มากที่สุด^{2,3} อย่างไรก็ตามในทางปฏิบัติ การที่จะเริ่มฝึกการเดิน ให้กับผู้ป่วย มักไม่สามารถเริ่มต้นได้เร็วนัก เนื่องจากต้องรอให้ กล้ามเนื้อขาที่มีความแข็งแรงพอที่จะรับน้ำหนักตัวได้ และร่างกายมี การทรงตัวในทำนองที่ดี ซึ่งกระบวนการดังกล่าวอาจใช้ระยะเวลา มากกว่า 3 เดือน ทำให้ผ่านช่วงเวลาที่ประสิทธิภาพสำหรับการ ฟื้นตัวของระบบประสาท ส่งผลให้ผู้ป่วยไม่สามารถฟื้นฟู สมรรถภาพการเดินได้เต็มที่

ในการฟื้นฟูสมรรถภาพการเดินของผู้ป่วยทางระบบประสาท ด้วยวิธีการทางกายภาพบำบัดนั้น นักกายภาพบำบัดเริ่มการฝึก เดินแก่ผู้ป่วยให้เร็วที่สุด เมื่อผู้ป่วยสามารถนั่งทรงตัวได้ดีแล้ว โดย นักกายภาพบำบัดอาจต้องช่วยพยุงตัวและช่วยเคลื่อนไหวขาให้ ผู้ป่วย แต่การจะทำเช่นนั้นได้จำเป็นต้องมีนักกายภาพบำบัดหลาย

[§] 15th year of Srinakharinwirot Journal of Pharmaceutical Science

คนร่วมกันฝึกผู้ป่วย ซึ่งเป็นไปได้ยากที่จะมีนักกายภาพบำบัดเพียงพอสำหรับการฝึกนี้ จากข้อจำกัดนี้ทำให้นักวิจัยได้คิดค้นและพัฒนาอุปกรณ์ช่วยพยุงน้ำหนักตัวผู้ป่วย (body weight support system; BWS) ตั้งแต่ปี 1987 โดยใช้ระบบการแขวน (suspension system) เพื่อช่วยพยุงน้ำหนักของผู้ป่วยในขณะที่กำลังยืน ช่วยลดแรงโน้มถ่วงของโลก (gravitational) ที่กระทำต่อกล้ามเนื้อขา อีกทั้งการใช้อุปกรณ์ช่วยพยุงน้ำหนักตัวทำให้เกิดความปลอดภัยและความมั่นคงกับผู้ป่วยในขณะที่กำลังเดินบนลู่วิ่ง ส่งผลให้ผู้รักษาสามารถมุ่งเน้นการฝึกการเคลื่อนไหวของร่างกายส่วนสะโพกและขาขณะเดินได้อย่างมีประสิทธิภาพ โดยงานวิจัยที่ศึกษาตามมาได้ข้อสรุปเพิ่มว่า การใช้อุปกรณ์พยุงน้ำหนักร่วมกับการใช้ลู่วิ่ง (treadmill) จะช่วยกระตุ้นการเดินได้ดีกว่าการใช้อุปกรณ์พยุงน้ำหนักเพียงอย่างเดียว^{4,5}

ส่วนประกอบหลักของ BWS ได้แก่ แถบรัดลำตัว ระบบเชือก และรถที่ใช้ในการยกผู้ป่วยและระบบถ่วงสมดุลเพื่อรักษาน้ำหนักที่พยุงให้คงที่ อุปกรณ์ BWS มีหลายประเภท ตั้งแต่ประเภทที่พยุงน้ำหนักคงที่ค่าเดียว โดยอาจใช้ระบบรอกและเชือก ระบบสปริงหรือระบบถ่วงน้ำหนัก ไปจนถึงระบบที่ปรับน้ำหนักที่พยุงให้ไม่คงที่ตามการเคลื่อนไหวของจุดศูนย์กลางมวลร่างกายขณะเดิน⁶ แต่ประเภทของ BWS ที่ใช้กันอย่างแพร่หลายในทางคลินิกคือ ระบบพยุงน้ำหนักที่คงที่ค่าเดียว ซึ่งใช้เชือกและรอกต่อกับเครื่องมือลดวัตถุที่มีน้ำหนักมากที่มีระบบการทำงานหลากหลาย เช่น อาจอาศัยแรงหมุนจากมือคน หรืออาศัยกระแสไฟฟ้าในการขับเคลื่อนหรืออาศัยการเคลื่อนที่ของของเหลวเป็นกลไกหลักในการพยุงน้ำหนัก โดยน้ำหนักตัวที่เหมาะสมที่จะพยุงขึ้นคือ 20 - 40% ของน้ำหนักตัว⁴ ซึ่งเป็นกรพยุงเพื่อลดน้ำหนักที่ขาทั้งสองข้างต้องรับขณะยืน ช่วยลดแรงดึงดูดของโลกที่กระทำต่อกล้ามเนื้อลำตัวและขา ทำให้การเคลื่อนไหวของขาในการเดินทำได้ง่ายขึ้น แต่แรงพยุงที่คงที่อาจจำกัดการเคลื่อนไหวศูนย์กลางมวลของร่างกายในแนวตั้งขณะเดิน อาจส่งผลให้รูปแบบการเดินเปลี่ยนไปจากรูปแบบปกติที่ศูนย์กลางมวลจะเคลื่อนไหวขึ้นลงในแนวตั้งได้⁶ แต่อย่างไรก็ตาม ในการนำไปใช้งานจริงไม่พบว่าเครื่อง BWS แบบพยุงน้ำหนักคงที่ค่าเดียวทำให้การเดินของผู้ป่วยที่มีพยาธิสภาพทางระบบประสาทแตกต่างไปจากการใช้เครื่อง BWS แบบที่สามารถปรับการเคลื่อนไหวของจุดศูนย์กลางมวล⁷

งานวิจัยหลายชิ้นต่างสนับสนุนประสิทธิภาพของการใช้อุปกรณ์พยุงน้ำหนักตัวร่วมกับลู่วิ่งสำหรับฟื้นฟูสมรรถภาพการเดินของผู้ป่วยทางระบบประสาทในหลายด้าน เช่น ทำให้การเกร็งตัวของกล้ามเนื้อลดลง⁸ ทำให้ความหนาแน่นของกระดูกเพิ่มขึ้นจากการที่ได้มีการลงน้ำหนักบางส่วน⁹ ทำให้มวลกล้ามเนื้อและขนาดของเส้นใยกล้ามเนื้อเพิ่มขึ้น^{10,11} จากการกระตุ้นการทำงานของกล้ามเนื้อ ทำให้กระตุ้นการทำงานของระบบหัวใจและปอด¹² จากการที่ผู้ป่วยได้อยู่ในท่ายืนและเดินโดยที่มีการพยุง

น้ำหนักไว้ เมื่อน้ำหนักตัวบางส่วนถูกพยุงไว้ จะช่วยให้การเคลื่อนไหวและการเรียนรู้ข้อประกอบและรูปแบบในการเดินเป็นไปได้ดีขึ้น¹³⁻¹⁷ เช่น กระตุ้นให้เกิดการลงน้ำหนัก การถ่วงน้ำหนัก การก้าวเท้า และการทรงตัวที่มั่นคงขึ้น ผลของการฝึกด้วยวิธีนี้ดีกว่าการฝึกเดินโดยที่ไม่มีอุปกรณ์ช่วยพยุงน้ำหนักตัวทำให้ผู้ป่วยสามารถทำการเคลื่อนไหวได้เอง เป็นจังหวะช้า ๆ ก่อให้เกิดการเรียนรู้รูปแบบการเดินที่เป็นธรรมชาติ ทำให้เกิดการเคลื่อนไหวที่ใกล้เคียงกับปกติ

ในปัจจุบัน การใช้อุปกรณ์พยุงน้ำหนักในทางคลินิกยังไม่แพร่หลาย แม้ว่าจะมีงานวิจัยรองรับถึงประสิทธิภาพการรักษาที่ดีขึ้นจากการฝึกเดินโดยใช้อุปกรณ์พยุงน้ำหนักก็ตาม เนื่องจากอุปกรณ์ดังกล่าวมีราคาแพง ตั้งแต่ราคาหลายแสนจนถึงหลักล้านบาท และต้องนำเข้าจากต่างประเทศ ซึ่งทางโรงพยาบาลและศูนย์ฟื้นฟูต่าง ๆ ในประเทศไทยไม่มีงบประมาณเพียงพอที่จะจัดซื้อเพื่อนำมาใช้ในการรักษาและฟื้นฟูผู้ป่วย ส่วนเครื่องพยุงน้ำหนักที่ผลิตขึ้นเองในประเทศ ส่วนมากสามารถยกผู้ป่วยขึ้นได้ แต่ไม่สามารถกำหนดปริมาณน้ำหนักที่ยกได้อย่างเหมาะสมหรือไม่มีความแสดงปริมาณน้ำหนักที่ยก ทำให้ไม่สามารถลดหรือเพิ่มการพยุงน้ำหนักผู้ป่วยได้อย่างมีประสิทธิภาพ นอกจากนี้ ในการยึดอุปกรณ์พยุงน้ำหนักเข้ากับลู่วิ่ง อุปกรณ์พยุงน้ำหนักต้องมีความกว้างที่เหมาะสมและมีอุปกรณ์ยึดติดกับฐานที่แข็งแรง ไม่ทำให้เคลื่อนที่ไปมาขณะพยุงน้ำหนัก

จากการสำรวจของคณะผู้วิจัยพบว่าขนาดของลู่วิ่งที่ใช้ตามโรงพยาบาลและสถานฟื้นฟูมีความกว้างที่หลากหลาย เช่น ในขณะที่ลู่วิ่งส่วนใหญ่มีความกว้างของฐานในช่วง 80 เซนติเมตร ลู่วิ่งของบริษัท Landice มีความกว้างของฐานเพียง 70.8 เซนติเมตร และลู่วิ่งของบริษัท Wifefitness มีความกว้างของฐานมากถึง 93 เซนติเมตร จึงเห็นได้ว่าอุปกรณ์พยุงน้ำหนักที่ดีควรจะปรับความกว้างของฐานให้สอดคล้องกับฐานของลู่วิ่งได้ เพื่อให้สามารถใช้ได้กับลู่วิ่งที่มีขนาดหลากหลายตามโรงพยาบาลต่าง ๆ ดังนั้นคณะผู้วิจัยจึงมีแนวคิดที่จะสร้างอุปกรณ์พยุงน้ำหนักสำหรับฝึกเดินประเภทระบบพยุงน้ำหนักที่คงที่ค่าเดียวที่สามารถพยุงน้ำหนักได้อย่างแม่นยำ ใช้งานง่าย สามารถถอดประกอบได้ เพื่ออำนวยความสะดวกในการเคลื่อนย้าย และสามารถปรับความกว้างของเครื่องพยุงน้ำหนักให้สามารถยึดได้กับลู่วิ่งที่มีความกว้างต่างกันได้

วิธีการศึกษา

การประดิษฐ์อุปกรณ์

เริ่มจากการหาข้อมูลเกี่ยวกับอุปกรณ์พยุงน้ำหนักสำหรับฝึกเดิน และประเภท ขนาดของลู่วิ่ง แล้วออกแบบและประดิษฐ์

อุปกรณ์พวงน้ำหนักสำหรับฝึกเดินที่มีคุณสมบัติดังนี้ คือ สามารถพวงน้ำหนักได้ในช่วง 1 - 40 กิโลกรัม ถอดประกอบและปรับความกว้างได้ มีตัวยึดอุปกรณ์พวงน้ำหนักเข้ากับลู่วิ่ง ความคุมการยกน้ำหนักโดยใช้ปุ่มบังคับจากภายนอก (External switch) มีจอแสดงค่าน้ำหนักที่พวงขึ้นที่สามารถอ่านค่าน้ำหนักที่พวงได้อย่างแม่นยำและสะดวก โดยให้จอแสดงค่าน้ำหนักอยู่ในตำแหน่งเดียวกับปุ่มกดเพื่อพวงน้ำหนักขึ้น มีความมั่นคงและปลอดภัยในการใช้งาน โดยมีระบบแถบเชือกสำรอง เพื่อป้องกันอันตรายที่อาจจะเกิดจากการขาดของเชือกพวงหลัก

การทดสอบความแม่นยำในการพวงน้ำหนัก

เมื่อได้อุปกรณ์พวงน้ำหนักสำหรับฝึกเดินแล้ว ทดสอบความแม่นยำในการยกน้ำหนักมาตรฐาน 1 - 40 กิโลกรัม (weight calibration) โดยใช้ตุ้มน้ำหนักที่ละ 1 กิโลกรัม สังเกตและบันทึกน้ำหนักที่แสดงบนจอแสดงผล ทำการทดสอบจนครบ 40 กิโลกรัม จากนั้น ทำการทดสอบความแม่นยำในการพวงน้ำหนักในอาสาสมัครจริง โดยเปรียบเทียบกับอุปกรณ์พวงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ (Biodex[®] offset unweighing system #945-480, Certified ISO 9001:2000 Type B equipment) (รูปที่ 1) ซึ่งเป็นระบบพวงน้ำหนักค่าเดียวคงที่ มีขนาดความสูงและความกว้างของเครื่อง และความกว้างของฐาน 270x127x91 เซนติเมตร ปรับการพวงน้ำหนักโดยใช้ระบบมือหมุน (manual operation) สามารถพวงน้ำหนักได้มากที่สุดถึง 225 กิโลกรัม ปรับช่วงน้ำหนักที่พวงได้ถึง 80 กิโลกรัม อาสาสมัครที่ได้รับการทดสอบเป็นผู้ที่มีสุขภาพดี ไม่มีอาการทางระบบประสาทหรือกล้ามเนื้อที่ทำให้การเดินผิดปกติ มีอายุระหว่าง 18 - 25 ปี จำนวน 15 คน ทั้งเพศชายและหญิง โดยมีน้ำหนักกระจายอยู่ในช่วงน้ำหนักต่าง ๆ ดังต่อไปนี้ 40 - 49 กิโลกรัม จำนวน 2 คน, 50 - 59 กิโลกรัม จำนวน 3 คน, 60 - 69 กิโลกรัม จำนวน 3 คน, 70 - 79 กิโลกรัม จำนวน 3 คน, 80 - 89 กิโลกรัม จำนวน 2 คน, 100 - 109 กิโลกรัม จำนวน 2 คน โดยทำการสุ่มลำดับของการใช้อุปกรณ์พวงน้ำหนักว่าจะใช้อุปกรณ์ที่ประดิษฐ์ขึ้นหรืออุปกรณ์ที่นำเข้าจากต่างประเทศก่อน จากนั้นพวงน้ำหนักของผู้เข้าร่วมวิจัยขณะยืนนิ่ง ๆ ปริมาณ 30% ของน้ำหนักตัว แล้วอ่านค่าจากจอแสดงผลบนอุปกรณ์พวงน้ำหนักและเครื่องชั่งน้ำหนัก โดยผู้ที่อ่านค่าและผู้ที่ยกน้ำหนักเป็นคนละคนกัน ทำการทดลองซ้ำเครื่องละ 3 ครั้ง ทดสอบการกระจายของข้อมูลโดยใช้สถิติ one-sample Kolmogorov-smirnov Test และเปรียบเทียบน้ำหนักที่อ่านได้จากอุปกรณ์พวงน้ำหนักและน้ำหนักที่ยกได้จริง (เทียบค่าจากเครื่องชั่งน้ำหนัก) ระหว่างอุปกรณ์พวงน้ำหนักทั้ง 2 ประเภท โดยใช้สถิติแบบ intraclass correlation



รูปที่ 1 การพวงน้ำหนักขณะเดินโดยใช้เครื่องพวงน้ำหนัก Biodex[®] ร่วมกับลู่วิ่ง

การทดสอบความคงที่ในการพวงน้ำหนักขณะเดิน

ในการฟื้นฟูการเดินของผู้ป่วยทางระบบประสาท จะใช้ระยะเวลาในการฝึกเดิน 20 นาที ขั้นตอนการทดสอบนี้จึงมุ่งทดสอบว่าปริมาณน้ำหนักที่พวงขณะเดินมีความคงที่ตลอดระยะเวลา 20 นาทีหรือไม่ โดยศึกษาทั้งอุปกรณ์พวงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศและอุปกรณ์พวงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น ทำการทดสอบในอาสาสมัครจำนวน 7 คน มีน้ำหนักอยู่ในช่วง 40 - 79 กิโลกรัม 4 คน และในช่วง 80 - 109 กิโลกรัม 3 คน ให้ผู้เข้าร่วมงานวิจัยเดินบนลู่วิ่งโดยใช้อุปกรณ์พวงน้ำหนัก เป็นเวลา 20 นาที โดยสุ่มลำดับของการใช้อุปกรณ์พวงน้ำหนักว่าจะใช้อุปกรณ์พวงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น หรืออุปกรณ์พวงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศก่อน ทำการบันทึกค่าน้ำหนักที่พวงจากจอแสดงผลทุก 5 นาที ในวงจรการเดินในช่วง double limb support โดยมีขาขวาเป็นตัวยก จนครบ 20 นาที เปรียบเทียบน้ำหนักที่อ่านได้ทุก 5 นาที จากอุปกรณ์พวงน้ำหนักแต่ละประเภท โดยใช้สถิติแบบ 2-way ANOVA mixed model (between group คือ อุปกรณ์พวงน้ำหนัก 2 ประเภท และ within group คือ ค่าน้ำหนักที่พวงขณะเดินที่นาทีต่าง ๆ)

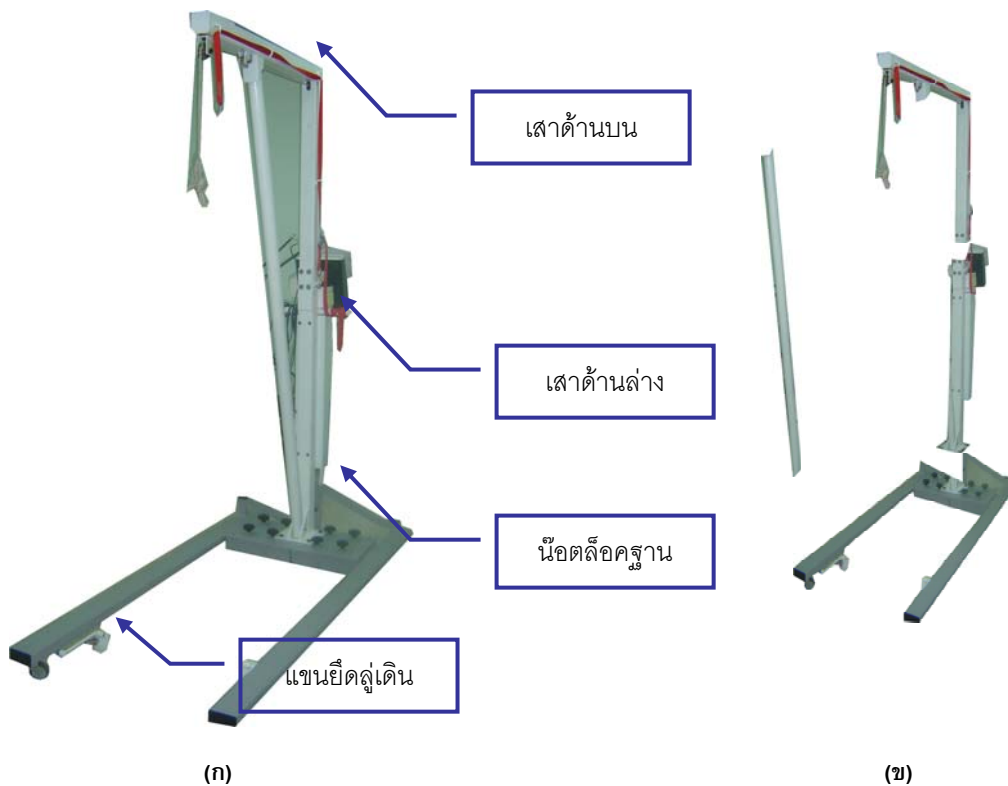
ผลการศึกษา

ลักษณะของอุปกรณ์พยุ่งน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น

อุปกรณ์พยุ่งน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นมีฐานสองข้างเชื่อมติดกับเสาหลักทางด้านหลังและมีเสาค้ำเพื่อช่วยเสริมความมั่นคงเมื่อมีการพยุ่งน้ำหนัก โดยมีความสูง 2.3 เมตร ฐานยาว 2 เมตร ฐานสามารถปรับความกว้างได้ 90 - 120 เซนติเมตร โดยปรับให้เปิดความกว้างของฐานได้จากปลายด้านหนึ่งของฐาน สามารถถอดประกอบได้เป็น 4 ส่วน ได้แก่ ฐานของอุปกรณ์ เสาส่วนล่าง เสาส่วนบน และเสาค้ำ (รูปที่ 2) มีระบบแถบเชือกสำรอง เพื่อป้องกันอันตรายที่อาจจะเกิดจากการขาดของเชือกพยุ่งหลัก แถบเชือกสำรองจะคล้องที่ตัวผู้เดินตลอดเวลาและสามารถรองรับน้ำหนักได้ถึง 150 กิโลกรัม การยกน้ำหนักใช้ระบบมอเตอร์โดยควบคุมจากปุ่มบังคับจากภายนอก มีจอแสดงค่าน้ำหนักที่พยุ่งขึ้นแบบดิจิทัล โดยให้จอแสดงค่าน้ำหนักอยู่ในตำแหน่งเดียวกับปุ่มกดเพื่อพยุ่งน้ำหนักขึ้น การปรับความกว้างของฐานนั้นทำได้โดยการโยกคันโยกทางด้านหลังเสาหลักในทิศทางทวนเข็มนาฬิกาจากนั้นให้หมุนน็อตที่ฐานทั้ง 8 ตัวให้แน่นก่อนพยุ่งน้ำหนัก เมื่อต้องการต่อเข้ากับลู่อเดินให้ใช้ตัวล็อกที่บริเวณฐานทั้งสองข้างล็อกเข้ากับลู่อเดิน (รูปที่ 3)

การทดสอบความแม่นยำในการยกน้ำหนัก 1 - 40 กิโลกรัม (weight calibration)

จากการทดสอบโดยการทดลองยกตุ้มน้ำหนัก และบันทึกค่าน้ำหนักที่อ่านได้จากจอแสดงผลเมื่อยกน้ำหนักมาตรฐานตั้งแต่ 1 ถึง 40 กิโลกรัม พบว่ามีความคลาดเคลื่อนของการยกน้ำหนักมาตรฐานเมื่อยกน้ำหนัก 2 กิโลกรัมขึ้นไป โดยน้ำหนักที่อ่านได้มีค่าน้อยกว่าน้ำหนักมาตรฐานที่ยกจริง ตารางที่ 1 แสดงความคลาดเคลื่อนในการพยุ่งน้ำหนักโดยคำนวณจากน้ำหนักที่อ่านได้ลบด้วยค่าของตุ้มน้ำหนักมาตรฐาน โดยค่าลบหมายถึงน้ำหนักที่อ่านได้มีค่าน้อยกว่าค่าของตุ้มน้ำหนักมาตรฐาน จากตารางจะเห็นได้ว่า ความคลาดเคลื่อนจากน้ำหนักจริงอยู่ในช่วงไม่เกิน 0.82 กิโลกรัม โดยมีความคลาดเคลื่อนน้อยที่สุดเท่ากับ 0.1 กิโลกรัมเมื่อยกตุ้มน้ำหนัก 2 กิโลกรัม และมีความคลาดเคลื่อนสูงสุดเท่ากับ 0.9 กิโลกรัมเมื่อยกตุ้มน้ำหนัก 40 กิโลกรัม ซึ่งเมื่อคำนวณค่าความคลาดเคลื่อนเป็นเปอร์เซ็นต์ของน้ำหนักมาตรฐานที่ยกจะได้ค่าในช่วง 2 - 3 เปอร์เซ็นต์ของน้ำหนักที่ยก โดยค่าเฉลี่ยความคลาดเคลื่อนของทุกช่วงน้ำหนักคิดเป็น 2.2 เปอร์เซ็นต์ของน้ำหนักที่ยก



รูปที่ 2 โครงสร้างของอุปกรณ์พยุ่งน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น (ก) และการถอดชิ้นส่วน (ข)



รูปที่ 3 การพุงน้ำหนักขณะเดินโดยใช้เครื่องพุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นร่วมกับลู่วิ่ง

การทดสอบความแม่นยำในการพุงน้ำหนักโดยเทียบกับอุปกรณ์ที่นำเข้าจากต่างประเทศ

ในการทดสอบประสิทธิภาพอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นโดยเปรียบเทียบกับเครื่องพุงน้ำหนักของอาสาสมัครด้วยอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ได้นำเข้าจากต่างประเทศ

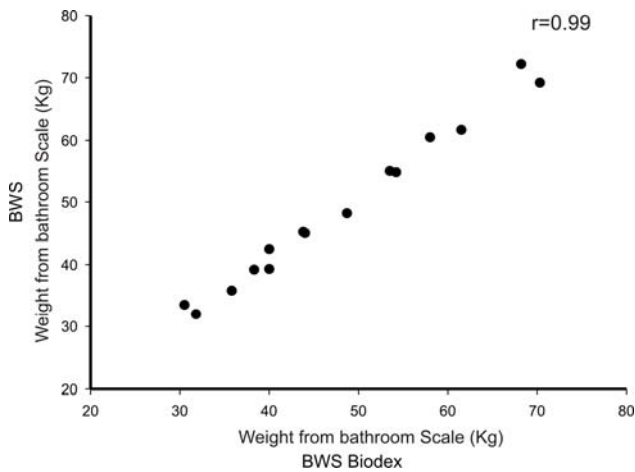
ตารางที่ 2 แสดงค่าความคลาดเคลื่อนเฉลี่ยในการพุงน้ำหนักอาสาสมัครงานวิจัยโดยอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ และอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น

น้ำหนักตัว (Kg)	น้ำหนักที่อ่านได้จาก BWS (Kg)		ค่าเฉลี่ยของน้ำหนักที่อ่านได้จากเครื่องชั่ง (Kg)	
	BWS Biodex®	BWS ประดิษฐ์	BWS Biodex®	BWS ประดิษฐ์
46	14	13.8	31.8	32.0
46	14	13.8	30.5	33.5
52	16	15.5	35.8	35.8
56	17	17	38.3	39.2
58	17	17.4	40.0	39.3
61	18	18.3	40.0	42.5
65	20	19.4	44.0	45.0
65	20	19.4	43.8	45.2
71	21	21.0	48.7	48.2
78	23	23.7	53.5	55.0
78	23	23.7	54.2	54.8
87	26	26.1	58.0	60.5
88	26	26.7	61.5	61.7
101	30	30.3	70.3	69.2
102	31	30.6	68.2	72.2

ตารางที่ 1 ค่าความคลาดเคลื่อนในการยกน้ำหนักมาตรฐานโดยอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น

ช่วงน้ำหนัก (กิโลกรัม)	ค่าเฉลี่ยความคลาดเคลื่อน (กิโลกรัม)	ค่าเฉลี่ยความคลาดเคลื่อน (% ของน้ำหนักที่ยก)
1 - 5	-0.1	-2.0
6 - 10	-0.32	-2.2
11 - 15	-0.46	-3.0
16 - 20	-0.5	-2.5
21 - 25	-0.6	-2.4
26 - 30	-0.6	-2.0
31 - 35	-0.7	-2.0
36 - 40	-0.82	-2.0

โดยพุงน้ำหนัก 30% ของน้ำหนักตัว เป็น 14 - 31 กิโลกรัม ในอาสาสมัคร ทั้งหมด 15 คนที่มีน้ำหนักตั้งแต่ 46 - 102 กิโลกรัม พบว่าทั้งอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นและอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ แสดงค่าน้ำหนักที่พุงขึ้นใกล้เคียงกัน (ตารางที่ 2) และมีความสัมพันธ์ไปในทิศทางเดียวกันอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ($r = 0.993$) (รูปที่ 4) ซึ่งแสดงว่าประสิทธิภาพในการพุงน้ำหนักของอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น ในช่วง 14 - 30 กิโลกรัม มีความแม่นยำในการพุงน้ำหนักเทียบเท่ากับอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ



รูปที่ 4 แสดงค่าความสัมพันธ์ของน้ำหนักที่พุงด้วยอุปกรณ์พุง น้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศและอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้น

การทดสอบความคงที่ในการพุงน้ำหนักของอุปกรณ์พุงน้ำหนักขณะเดินในแต่ละช่วงเวลา

ในการทดสอบความคงที่ของอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นขณะเดินของอาสาสมัครเป็นเวลา 20 นาที โดยเปรียบเทียบกับอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ โดยอ่านน้ำหนักและ

บันทึกค่าน้ำหนักที่แสดงบนอุปกรณ์พุงน้ำหนักในนาทีที่ 1, 5, 15 และ 20 แล้วนำมาคำนวณค่าความเที่ยงตรงในการพุงน้ำหนักในแต่ละช่วงเวลาดังแสดงในตารางที่ 3 และ 4 การวิเคราะห์ค่าความคงที่ในการพุงน้ำหนักในแต่ละช่วงเวลาของอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศและอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นจากการทดสอบโดยใช้สถิติ 2-way repeated measures ANOVA ไม่พบความแตกต่างอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติของปริมาณน้ำหนักที่อ่านได้ในแต่ละช่วงเวลาและระหว่างเครื่องพุงน้ำหนักทั้ง 2 ชนิด ($P = 0.238$ และ 0.182 ตามลำดับ) ดังนั้น จึงสรุปได้ว่าอุปกรณ์ทั้งสองชนิดมีความคงที่ในการพุงน้ำหนักตลอดช่วงเวลา 20 นาที ขณะเดินบนลู่วิ่ง

อภิปรายและสรุปผลการศึกษา

ในการศึกษานี้ ผู้วิจัยได้ประดิษฐ์อุปกรณ์พุงน้ำหนักที่มีประสิทธิภาพทัดเทียมอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ โดยออกแบบให้ทดแทนข้อจำกัดของอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศที่ไม่มีมอเตอร์ในการยกน้ำหนัก ทำให้ต้องใช้แรงหมุนจากผู้ใช้อุปกรณ์เพื่อยกน้ำหนักขึ้นและจะแสดงค่าน้ำหนักที่พุงขึ้นมีความไม่ละเอียดและยากต่อการอ่านค่า

ตารางที่ 3 แสดงข้อมูลการพุงน้ำหนักของอาสาสมัครโดยอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศขณะเดินบนลู่วิ่ง

ผู้เข้าร่วมวิจัย	น้ำหนักตัว (Kg)	น้ำหนัก 30% (Kg)	ค่าน้ำหนักที่อ่านในขณะเดิน (Kg) ที่เวลาต่าง ๆ				
			นาทีที่ 1	นาทีที่ 5	นาทีที่ 10	นาทีที่ 15	นาทีที่ 20
1	46	14	12	15	15	15	13
2	52	16	13	13	12	15	15
3	64	19	18	16	14	14	13
4	73	22	20	15	15	15	17
5	87	26	24	25	23	26	23
6	101	30	25	27	27	24	25
7	109	33	31	29	30	27	29

ตารางที่ 4 แสดงข้อมูลการพุงน้ำหนักของอาสาสมัครโดยอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นขณะเดินบนลู่วิ่ง

ผู้เข้าร่วมวิจัย	น้ำหนักตัว (Kg)	น้ำหนัก 30% (Kg)	ค่าน้ำหนักที่อ่านในขณะเดิน (Kg)				
			นาทีที่ 1	นาทีที่ 5	นาทีที่ 10	นาทีที่ 15	นาทีที่ 20
1	46	13.8	13.6	12.6	12.6	11.9	11.9
2	52	16	15.1	15.4	15.8	14.6	15.2
3	64	19.2	16.7	18.7	15.4	15.6	15.5
4	73	21.9	21.7	19.8	19.3	19.6	19.8
5	87	26.1	22.3	22.4	21.9	21.6	20.9
6	101	30.3	30.4	28.9	27.6	26.2	26.7
7	109	32.7	32.7	29.7	28.3	26.6	26.3

ดังนั้นอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นจึงออกแบบให้มีการใช้ระบบรอกและมอเตอร์ในการพุงน้ำหนักขึ้นซึ่งทำให้ขณะที่พุงน้ำหนักขึ้นมีความราบเรียบของการยกน้ำหนักขึ้น เพื่อให้ผู้ใช้สามารถใช้งานได้สะดวก อีกทั้งออกแบบให้น้ำหนักที่แสดงที่จอแสดงผลมีค่าการพุงน้ำหนักที่ละเอียดซึ่งแสดงค่าพุงน้ำหนักเป็นค่าทศนิยมหนึ่งตำแหน่ง และมีความสะดวกในการอ่านค่าน้ำหนักที่พุงขึ้นเนื่องจากจอแสดงค่าน้ำหนักอยู่ในตำแหน่งเดียวกับปุ่มกดเพื่อพุงน้ำหนักขึ้น

การทดสอบความแม่นยำในการพุงน้ำหนักกับน้ำหนักมาตรฐานพบความคลาดเคลื่อนเพียงเล็กน้อย โดยคำนวณแล้วได้ค่าความคลาดเคลื่อนเฉลี่ยประมาณ 2% ในการพุงน้ำหนักแต่ละระดับ โดยน้ำหนักที่อ่านได้จะน้อยกว่าน้ำหนักที่ยกจริง ซึ่งความคลาดเคลื่อนนี้อาจเกิดจาก การแกว่งของเชือกเล็กน้อย ซึ่งไม่สามารถควบคุมได้ขณะที่ทำการทดสอบแขวนน้ำหนัก ผลการศึกษาในขั้นตอนนั้นแสดงว่า การอ่านน้ำหนักที่อ่านได้โดยเครื่องพุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นนั้นอาจจะน้อยกว่าน้ำหนักที่ยกได้จริงประมาณ 2% ซึ่งอยู่ในเกณฑ์การทดสอบที่สามารถยอมรับได้

เมื่อเปรียบเทียบประสิทธิภาพในการพุงน้ำหนักของอาสาสมัครจริงขณะยืนนิ่ง ๆ โดยเปรียบเทียบกับอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ พบความสัมพันธ์ของค่าน้ำหนักที่อ่านได้ในระดับที่สูงมาก ซึ่งแสดงให้เห็นถึงประสิทธิภาพในการพุงน้ำหนักที่เท่าเทียมกันระหว่างอุปกรณ์ทั้ง 2 ชนิดที่ทดสอบ แต่เมื่อทำการทดสอบความคงที่ของอุปกรณ์พุงน้ำหนักทั้ง 2 ผลิตภัณฑ์ในการพุงน้ำหนักขณะเดินที่เวลา 5 นาทีจนครบ 20 นาที พบว่ามีการเปลี่ยนแปลงของปริมาณน้ำหนักที่อ่านได้ที่เวลาต่าง ๆ กัน (ตารางที่ 3 และ 4) ทั้งนี้ เนื่องจากขณะเดิน จะมีจังหวะของการก้าวขาสลับกันอย่างต่อเนื่องตลอดเวลา ส่งผลให้มีการเปลี่ยนแปลงตำแหน่งของจุดศูนย์กลางมวลของร่างกายในทิศทางหน้าหลังประมาณ 4 - 5 องศาของเชือกที่ทำมุมขณะดึงและความดึงเชือกเปลี่ยนไปพร้อมกับอุปกรณ์สำหรับวัดค่าแรงซึ่งมีการตอบสนองต่อความดึงเชือกที่เปลี่ยนไปได้ไว ส่งผลให้ค่าน้ำหนักที่แสดงที่หน้าจอก็มีการเปลี่ยนแปลง แต่การเปลี่ยนแปลงที่พบนี้ไม่มีความแตกต่างอย่างมีนัยสำคัญทางสถิติ ถือว่าอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นมีความคงที่ในการพุงน้ำหนักขณะเดินในช่วง 20 นาทีแรกของการเดิน

ดังนั้น ผลการศึกษานี้แสดงให้เห็นว่าอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ประดิษฐ์ขึ้นใหม่นั้น มีโครงสร้างที่สามารถถอดประกอบได้ง่ายและสามารถปรับความกว้างของฐานได้ ทำให้ชนย้ายสะดวก สามารถประกอบเข้ากับลู่วิ่งส่วนใหญ่ที่ใช้ภายในศูนย์ฟิสิกส์ในประเทศไทย และมีความแม่นยำในการพุงน้ำหนักที่เทียบเท่ากับอุปกรณ์พุงน้ำหนักที่นำเข้าจากต่างประเทศ อย่างไรก็ตามการวิจัยในครั้งนี้เป็นเพียงขั้นตอนของการประดิษฐ์และการทดสอบคุณสมบัติในการพุงน้ำหนักของอุปกรณ์พุงน้ำหนักโดยใช้ตุ้มน้ำหนักและ

อาสาสมัครสุขภาพดี ซึ่งยังอยู่ขั้นต้นของการประดิษฐ์อุปกรณ์พุงน้ำหนัก ยังไม่สามารถนำไปใช้กับผู้ป่วยได้จริง จำต้องมีการทดสอบอุปกรณ์พุงน้ำหนักในขั้นต่อไป โดยควรทำการทดสอบความทนทานในการพุงน้ำหนักขณะเดินโดยมีผู้เข้าร่วมงานวิจัยที่มีจำนวนเพิ่มขึ้นและอาจทำการทดลองในผู้ป่วยจริงที่มีสภาวะการเดินผิดปกติ ซึ่งในแต่ละขั้นตอนยังต้องมีการปรับปรุงรูปแบบอุปกรณ์ให้เหมาะสมกับการใช้งานจริงมากที่สุด และมีการทดสอบความปลอดภัยในการใช้งานอุปกรณ์ในระยะยาว นอกจากนี้ อุปกรณ์พุงน้ำหนักที่ผลิตขึ้นสามารถพุงน้ำหนักได้ในช่วง 40 กิโลกรัมเท่านั้น การพุงน้ำหนักผู้ป่วยที่มากกว่าช่วงที่ทดสอบยังไม่ได้รับการตรวจสอบ จึงยังไม่ควรนำไปใช้งานกับผู้ป่วยที่มีน้ำหนักตัวมากกว่ากลุ่มผู้เข้าร่วมวิจัยในการศึกษานี้ (มากกว่า 110 กิโลกรัม)

กิตติกรรมประกาศ

ขอขอบคุณบริษัท คิตส์ ฟอร์ โลพี และคุณชจรศักดิ์ ศรีกิ่งพาน ที่ให้ข้อมูลประกอบการออกแบบและประดิษฐ์อุปกรณ์พุงน้ำหนัก ขอขอบคุณสาขาวิชากายภาพบำบัดคณะสหเวชศาสตร์มหาวิทยาลัยศรีนครินทรวิโรฒ ที่เอื้อเฟื้อสถานที่และเครื่องมือในการทดสอบอุปกรณ์พุงน้ำหนัก และอาสาสมัครที่เข้าร่วมงานวิจัยงานวิจัยนี้ได้รับทุนสนับสนุนจากโครงการ Industrial Project for Undergraduate Student and Research Project for Undergraduate Student (IRPUS) เลขที่โครงการ I252A01001

เอกสารอ้างอิง

1. Shumway-Cook A, Woollacott M. Motor control: translating research into clinical practice. (3rd eds). Maryland. Lippincott Williams & Wilkins, 2007: pp.100-135.
2. Bach-y-Rita P. Brain plasticity as a basis of the development of rehabilitation procedures for hemiplegia. *Scand J Rehabil Med* 1981;13(2-3):73-83.
3. Wade DT, Wood VA, Heller A, Maggs J, Langton Hewer R. Walking after stroke. Measurement and recovery over the first 3 months. *Scand J Rehabil Med* 1987;19(1):25-30.
4. Visintin M, Barbeau H, Korner-Bitensky N, Mayo NE. A new approach to retrain gait in stroke patients through body weight support and treadmill stimulation. *Stroke* 1998;29(6):1122-1128.
5. Hesse S, Konrad M, Uhlenbrock D. Treadmill walking with partial body weight support versus floor walking in hemiparetic subjects. *Arch Phys Med Rehabil* 1999;80(4):421-427.
6. Frey M, Colombo G, Vaglio M, Bucher R, Jorg M, Riener R. A novel mechatronic body weight support system. *IEEE Trans Neural Syst Rehabil Eng* 2006;14(3):311-321.

7. Barbeau H, Visintin M. Optimal outcomes obtained with body weight support combined with treadmill training in stroke subjects. *Arch Phys Med Rehabil* 2003;84:1458-1465.
8. Visintin M, Barbeau H. The effects of body weight support on the locomotor pattern of spastic paretic patients. *Can J Neurol Sci*. 1989;16(3):315-325.
9. Carvalho DC, Garlipp CR, Bottini PV, Afaz SH, Moda MA, Cliquet A, Jr. Effect of treadmill gait on bone markers and bone mineral density of quadriplegic subjects. *Braz J Med Biol Res* 2006;39(10):1357-1363.
10. Giangregorio LM, Webber CE, Phillips SM, et al. Can body weight supported treadmill training increase bone mass and reverse muscle atrophy in individuals with chronic incomplete spinal cord injury? *Appl Physiol Nutr Metab* 2006;31(3):283-291.
11. Stewart BG, Tarnopolsky MA, Hicks AL, et al. Treadmill training-induced adaptations in muscle phenotype in persons with incomplete spinal cord injury. *Muscle Nerve* 2004;30(1):61-68.
12. Mossberg KA, Orlander EE, Norcross JL. Cardiorespiratory capacity after weight-supported treadmill training in patients with traumatic brain injury. *Phys Ther* 2008;88(1):77-87.
13. McCain KJ, Smith PS. Locomotor treadmill training with body-weight support prior to over-ground gait: promoting symmetrical gait in a subject with acute stroke. *Top Stroke Rehabil* 2007; 14(5):18-27.
14. Cheng RJ, Liu CF, Lau TW, Hong RB. Effect of treadmill training with body weight support on gait and gross motor function in children with spastic cerebral palsy. *Am J Phys Med Rehabil* 2007; 86(7):548-555.
15. Schindl MR, Forstner C, Kern H, Hesse S. Treadmill training with partial body weight support in nonambulatory patients with cerebral palsy. *Arch Phys Med Rehabil* 2000;81(3):301-306.
16. Toole T, Maitland CG, Warren E, Hubmann MF, Panton L. The effects of loading and unloading treadmill walking on balance, gait, fall risk, and daily function in Parkinsonism. *NeuroRehabilitation* 2005;20(4):307-322.
17. Miyai I, Fujimoto Y, Ueda Y, et al. Treadmill training with body weight support: its effect on Parkinson's disease. *Arch Phys Med Rehabil* 2000;81(7):849-852.

Original Article

The Development of Width-Adjustable Body Weight Support System for Gait Training

Pattira Mesattee¹, Chantima Thongsombatpanich¹, Sudkhanung Wawsungnoen¹, Nithinun Chaikereee² and Rumpa Boonsinsukh^{2*}

¹ 4th year student at the time of study conduct, Faculty of Health science, Srinakharinwirot University

² Department of physical therapy, Faculty of Health science, Srinakharinwirot University

* Corresponding author: rumpa@swu.ac.th

ABSTRACT

Background: Gait training using body weight support system with treadmill training has been shown to improve walking in neurological patients. However, the body weight support system is not commonly used in Thailand due to the system is expensive and needs to be imported. In addition, its width is fixed which is not possible to be used with multiple brands of the treadmills. **Objective:** To develop the body weight support system that is removable with width adjustment and able to lift the weight from 1 to 40 kilograms. **Methods:** Three tests for the new developed body weight system were performed. Weight calibration was first performed on the removable body weight support system by calibrating with the known standard weight from 1 to 40 kilograms. Then the comparison with the imported body weight support system (Biodex[®]) was carried out by lifting 30% of body weight in 15 healthy young subjects weighed between 40 to 120 kilograms during standing. Differences in the lifting weight and the remaining weight on the bathroom scale were compared by using intraclass correlation. Lastly, the consistency of weight lifting by the new developed and imported body weight support system was performed in 7 healthy subjects during walking on the treadmill. Lifting weights were reported every 5 minutes for 20 minutes of walking and 2-way repeated measures ANOVA was used for statistical analysis. **Results:** During weight calibration, the maximum inaccuracy was about 2% of standard weight. The correlation test during static weight lifting showed high correlation between the newly developed and the imported body weight systems ($r = 0.993$). Analysis of weight support during walking showed consistency of lifting the body weight

throughout 20 minutes of walking. **Conclusion:** The new developed body weight system with removable and width adjustable shows the accuracy and consistency for lifting body weight during standing and walking equivalent to the imported body weight support system.

Keywords: body weight support, adjustable BWS, gait rehabilitation, treadmill, gait training

Thai Pharm Health Sci J 2010;5(1):45-53[§]