変形性関節症のための非侵襲深部温熱治療システムの開発

Development of Noninvasive Deep-thermotherapy System for Osteoarthritis 新藤康弘*

1. はじめに

変形性関節症は、その多くが、病変の進行とともに 軟骨組織の菲薄化、骨の新生増殖などが生じる、進行性 の変性疾患である¹⁾. さらに、関節機能を著しく阻害す るため、日常生活や社会活動が制限されてしまう. 日本 のコフォート研究では、推定有症有病者数が約 800 万人 と推測され、その多くが中高齢者である^{2,3)}. また、変 形性関節症の温存的治療法として、ヒアルロン酸製剤を 関節内へ直接投与する治療が行われているが、進行した 関節症に対しての効果は低いとされている³⁾. さらに症 状が進行し、関節破壊が重度となってしまった場合、人 工関節への置換手術等の外科的手術が必要となるため、 初期段階で変性阻止に有効な温存的治療法の確立が急 務である¹⁻⁴⁾.

現在,変形性関節症等の関節疾患を対象とした簡便 なリハビリテーション方法として温熱療法が広く行わ れている¹⁻⁶⁾.変形性関節症を対象とした温熱療法では, 関節深部を 36~38℃程度に温めることで,関節症による 痛みの緩和および病変の進行を防ぐ効果があるとされ ている¹⁻⁴⁾.

特に効果的な温熱リハビリテーションを実現させる ためには,図1に示すように,関節腔内深部の損傷した 関節軟骨細胞を集中的に温めることが必要不可欠であ る¹⁻³⁾.特に,骨に挟まれた深部間隙組織を加温可能な アプリケータの開発が求められている^{2,4)}.

現在,臨床で用いられている具体的な加温手法として,ホットパックやパラフィン浴等の,体表面から関節部を温める方法や,図2に示すマイクロ波照射型治療装置を用いた加温治療方法(以下,極超短波治療)が挙げられる^{1,4)}.極超短波治療は,プローブ内部に設けられたループアンテナから,関節部へ2.45 GHzの電磁波を照射し,関節部の非接触加温を行う治療方法である.





しかし,使用する電磁波の周波数が高くなるほど,電磁 波エネルギの吸収深さを表す表皮効果(skin depth)が小 さくなるため,極超短波治療において,電磁波エネルギ が深部組織まで到達することは困難であるとされてい る^{2,4-0}.本研究では,このような問題を解決するための 一手法として,先行研究で培った深部加温技術⁷⁻⁹⁾を応 用し,シールド付き空胴共振器アプリケータを用いた非 接触温熱リハビリテーション手法(以下,本加温方式) を提案している.本報告では,試作加温装置と臨床で用 いられている極超短波治療装置とによる筋肉等価寒天 ファントムを用いた加温実験結果についてそれぞれ比 較検討を行う.これらの実験的検討により,本加温方式 を用いることで,変形性関節症の飛躍的な温熱治療効果 の向上が期待できることを明らかにする.

2. 実験方法

図3は本研究で提案する,非接触温熱リハビリテーション手法の概念図を示している.本加温システムでは, 高周波電力増幅器から空胴共振器内に設けたアンテナ へ特定の周波数の高周波電力を供給することで,共振器 内部に封じ込められている電磁界振幅を増大させ,周波 数に応じた電磁界共振現象を発生させる⁷⁻⁹⁾.また,本 研究では,目的部位以外への不要な電磁エネルギの集中 を抑えるため,シールド板と呼ばれるテーパ型円菅を空 胴共振器内部に設置した^{10,11)}.

図4に、シールド付き空胴共振器アプリケータの概念 図および寸法を示す,共振器外形寸法は人体膝関節の加 温治療を目的とし、直径 400 mm, 高さ 500 mm の円筒形 とした.空胴共振器内部に設けた上下の内円筒(リエン トラント)は直径100 mm, 高さ120 mm とした. 空胴共 振器壁面には人体脚部を挿入するための直径 160 mmの 開孔部を足首側と大腿部側に二か所設けた.脚部の非加 温部を覆う,シールド板は空胴共振器壁面と電気的に接 続させることで,効率的に加温エネルギを深部組織へ集 中させている^{10,11)}.加温電力および加温時間は同一条件 として,加温電力 50 W,加温時間 10 min とした.加温 電力および加温時間は,臨床で用いられている温熱リハ ビリテーションを参考にした 5,6). また, 被加温体は人 体の筋肉組織の電気的,熱的特性が等価とされている寒 天ファントムを人体脚部形状で作製し,加温実験に使用 した. 脚部型寒天ファントムの寸法は、一般的な成人男 性と同程度とし,長さ730 mm,太もも部直径180 mm で ある.

図5は実際に試作した加温システムの設置図である. 本加温実験で使用する高周波電力増幅器(周波数可変発 信器内蔵型)は周波数可変帯域200-400 MHz,最大加温 電力150Wである.また,図6に,本研究で比較対象と



図3 空胴共振器加温システム概略





Amplifier



Leg agar phantom

図5 試作加温システム設置図

したマイクロ波照射型治療装置の写真を示す. 脚型寒天 ファントムにおける膝上部10cmの位置に照射プローブ を配置し加温実験を行った. 照射プローブから発生する 電磁波の周波数は2.45GHzである.

3. 加温実験結果

図7は、脚部型寒天ファントムを用いた、それぞれの 加温システムによる加温実験直後の脚部型寒天ファン トム中央断面における赤外線サーモ画像を示している. 図7(a)は、極超短波治療装置を用いた際の加温実験結 果である.初期温度は24.5℃、最高温度は膝頭の部分で 27.9℃、その温度上昇は約3.4℃であった. 図7(b)は、 本研究で提案している空胴共振器を用いた際の加温実 験結果である.寒天ファントムの初期温度は25.0℃、最 高温度は本研究で加温対象とした関節中央部で29.0℃、 温度上昇は4.0℃であった.また、この時の共振周波数 は、339.02 MHzであった.

4. 考察

図 7 (a) に示した,極超短波治療装置を用いた実験結 果から,電磁波を照射した膝頭の部分が,最も加温され ていることが確認できる.これは,周辺に比べて凸にな っている膝頭に対して上面から電磁波が照射され,凸部 に電磁エネルギが局所集中したためであると考えられ る.

一方,図7(b)に示すように、本加温方式を用いた場合,表層面は加温されずに加温目的位置である膝部中央 が最高温度に加温されていることが確認できた.

図8は、図7に示した加温実験結果の、寒天中央断面 における図中Z軸上の温度プロファイルについて、式(1) を用いて正規化し、それぞれの加温特性を比較した結果 である.

$$T_{N} = \frac{T - T_{0}}{T_{M4Y} - T_{0}}$$
(1)

ただし、 T_N : 正規化温度、 T_0 : 初期温度(\mathbb{C})、 T_{MAX} : 寒 天ファントム中央断面での最高温度(\mathbb{C})、T: 寒天ファ ントム中央断面での温度(\mathbb{C})である.ここで、正規化温



図 6 極超短波治療装置



(b) 空胴共振器加温システム実験結果図7 寒天ファントム中央断面の熱画像

度値について,変形性関節症を対象とした温熱リハビリ テーションにおいて目的とする温度帯は、36-38℃であ り,膝関節の初期温度32℃を正規化温度値0.0、最高温 度38℃を正規化温度値1.0とすれば、36℃のそれは0.7 程度に相当する.このことから,正規化温度プロファイ ルにおける有効加温領域は、正規化温度値0.7以上の領 域である.この観点から,それぞれの加温手法における, 有効加温領域の相違について議論する.まず,極超短波 治療装置の結果に着目すると,その最高温度は表層面よ り約10 mmの深さ位置で発生していることが確認できる.



図 8 極超短波治療装置

また,その有効加温領域は,約20 mmであった.円筒型 寒天ファントムを用いた加温実験結果と比較して,有効 加温領域が広がったのは,膝頭部分が凸形状であるため, あらゆる方向から加温エネルギが入ったためであると 考えられる.一方,空胴共振器加温システムを用いた場 合には,最高温度点は深さ55 mmの位置であり,脚部型 寒天ファントムの関節腔にあたる部分が最高温度に加 温されていることが確認できる.また,有効加温領域は 約35 mmであり,極超短波治療装置を用いた結果の約1.7 倍程度であった.また,空胴共振器加温方式を用いた場 合,その有効加温領域はどちらもプロファイル全長の約 1/3程度であった.このことから,本加温方式を用いる ことで,被加温体中央1/3程度の領域を有効加温できる ことを明らかにした.

これらの実験結果より,空胴共振器加温システムを用いることで人体脚部のような凹凸のある被加温体に対しても,膝頭や大腿部などの凸部が異常加温されることなく,目的部位である膝関節の深部を局所的に加温できる可能性を確認できた.

5. 結言

変形性関節症の深部温熱治療を目的として,空胴共振 器を用いた非接触深部加温システムを提案し,その有用 性を実験的に検討した.複雑な被加温体形状による加温 特性検討を行うため,人体脚部形状の寒天ファントムを 用いて加温実験を行い,極超短波治療装置との比較検討 を行った.その結果,極超短波治療装置を用いた場合, 脚部型寒天ファントムの膝頭にあたる部分に加温エネ ルギが集中し,表層面のみが加温されてしまうことが確 認できた.一方,空胴共振器加温システムを用いた場合, 被加温体形状に依らず,目的とする膝関節深部を集中的 に加温できることを実験的に明らかにした.

今後, 試作加温システムを改良し, 臨床応用へ向けて 生体を用いた加温実験を計画している.

謝辞

本研究の一部は, JSPS科研費26750169の助成を受けた ものである.

参考文献

- Amimoto K.: "Physical Therapy". Igaku-Shoin Ltd., pp. 28-35, 2008. (Japanese)
- Takahashi K., Tonomura H., Arai Y.: Hyperthermia for the treatment of articular cartilage with osteoarthritis. Int J Hyperthermia, 25: 661-667, 2009.
- Uchida A., Nakamura T., Itoi E., Baba H.: "Standard textbook Orthopedics". Igaku-Shoin Ltd., pp. 610-645, 2012. (Japanese)
- 4) Kurasaki H., Mori S., Takahashi K.: Marked response to radio-frequency hyperthermia in a patient having back pain with no evidence of magnetic resonance imaging abnormalities. Thermal Med, 26: 131-133, 2010.
- Giombini A., Giovannini V., Di Cesare A., Pacetti P., Ichinoseki-Sekine N., Shiraishi M., Hisashi N., Nicola M.: Hyperthermia induced by microwave diathermy in the management of muscle and tendon injuries. Br Med Bull, 83: 379-396, 2007.
- 6) Jobb R.W., Piva S., Beinant L., Dacre J., Gishen P.: A one-year, randomised, placebo (saline) controlled clinical trial of 500-730 kDa sodium hyaluronate (Hyalgan) on the radiological change in osteoarthritis

変形性関節症のための非侵襲深部温熱治療システムの開発 Development of Noninvasive Deep-thermotherapy System for Osteoarthritis 新藤康弘

of the knee. Int J Clin Pract, 57: 467-474, 2003.

- Matsuda J., Kato K., Saitoh Y.: The application of a re-entrant type resonant cavity applicator to deep and concentrated hyperthermia. Jpn Hyperthermic Oncol, 4: 111-118, 1988.
- Shindo Y., Kato K., Takahashi H., Uzuka T., Fujii Y.: Heating properties of re-entrant resonant applicator for brain tumor by electromagnetic heating modes. Conf Proc IEEE Eng Med Biol Soc, 2007: 3609-3612, 2007.
- 9) Yabuhara T., Shindo Y., Kazuo K., Takahashi H., Uzuka T., Fujii Y.: Heating properties of resonant cavity applicator for brain tumor hyperthermia TM-like modes permit heat production without physical contact. Thermal Med, 24: 141-152, 2008.
- 10) Shindo Y., Watanabe K., Iseki Y., Kato K., Kurosaki M., Takahashi K.: Heating properties of resonant cavity applicator for treatment of osteoarthritis - temperature distributions calculated by 3-D FEM -, Thermal Med, 30: 1-12, 2014. in press
- 11) Shindo Y., Iseki Y., Yokoyama K., Arakawa J., Watanabe K., Kato K., Kubo M., Uzuka T., Takahashi H.: SAR Analysis of the improved resonant cavity applicator with electrical shield and water bolus for deep tumors by a 3-D FEM. Conf Proc IEEE Eng Med Biol Soc, 2012: 5679-5682, 2012.