科学研究費助成事業(科学研究費補助金)研究成果報告書

平成 24 年 6 月 20 日現在

機関番号:82723
研究種目:基盤研究(C)
研究期間:2009~2011
課題番号:21560195
研究課題名(和文)生理学的応力環境での内皮細胞メカノセンシングと機能応答に関する研究
研究課題名(英文) Mechanosensing in vascular endothelial cells and its response to the physiological stress environment
研究代表者
多田 茂(TADA SHIGERU)
防衛大学校・応用科学群・教授
研究者番号:70251650

研究成果の概要(和文):本研究では、生体の恒常性維持に関わる重要な指標の一つである血管内皮細胞の一酸化窒素(NO)産生能,ならびに細胞の酸素代謝能についてせん断応力負荷に対する応答変化を調べ、 生理学的環境下での力学的刺激と細胞機能異変との関連について明らかにすることを目的とし、血管内皮 細胞、もしくは血管細胞、血管組織に関して、次の3項目 1) せん断応力刺激による NO 活性機構、2) 動 脈壁内部の細胞での LDL 輸送機構、3) 頸動脈分岐部での酸素輸送機構、について調べた.1.については、 内皮細胞が二系統のせん断応力刺激による産生機構を有することを予想し実験を行った.その結果、遺伝 子レベルで調節が行われる NO 産生機構については、転写因子レベルでは活性が確認されたものの、蛋白 レベルでは十分に確認できず、長時間の応力付加が必要であることが予想された.2.については、血管平 滑筋細胞の LDL 代謝機構のせん断応力依存性について調べた.その結果、内皮細胞が持つ LDL 代謝機構 のせん断応力依存性と同程度の機能が平滑筋細胞にも実現されると仮定した場合、そうでない場合に比べ、 動脈組織内での著しい LDL 代謝の増進が予想された.これは内皮細胞層での LDL 透過率によっても多大 な影響を受けることが考えられる.3.については、若年層と老年層の頸動脈分岐部形状を模擬した動脈壁 内部における酸素代謝のシミュレーションを行った.その結果、加齢と共に血行力学的な危険因子(低酸 素、低せん断応力)が頸動脈分岐部で増大することが予想された.これは加齢と共に血管の形状や内皮細 胞の状態が変化し、せん断応力刺激に対する細胞の機能応答が大きく変化するためであると考えられる.

研究成果の概要 (英文): The present study demonstrated that : I) Exposure of cultured bovine aortic endothelial cells (BAEC) to fluid flow resulted in nitric oxide (NO) production and up-regulation of intracellular calcium ion concentration ($[Ca^{2+}]_i$), monitored by fluorescent dyes of DAF2-DA and Rhod2-DA, respectively using a confocal laser scanning microscope, II) A two-dimensional (2-D) numerical simulation of a convective-diffusive transport of LDL in the artery wall coupled with the wall shear stress gradient (WSSG) dependent LDL consumption of smooth muscle cells (SMCs) resulted in a strong dependence of LDL uptake of SMCs on WSSG for cells right beneath the fenestral pores, and III) Construction of a three-dimensional models of bifurcations with two different bifurcation angles mimicking the real bifurcation anatomy to perform simulations of steady blood flow under the wall boundary condition of a constant oxygen concentration, resulted in the significant alternation of the distribution and the magnitude of the oxygen wall flux separation at the outer common-internal carotid wall, depending strongly on the bifurcation angle.

交付	泱	定	貊
XII	八	Æ	印只

			(金額単位:円)
	直接経費	間接経費	合 計
2009 年度	1,800,000	90,000	1,890,000
2010 年度	900,000	45,000	945,000
2011 年度	900,000	45,000	945,000
年度			
年度			
総計	3,600,000	180,000	3,780,000

研究分野:工学 科研費の分科・細目:機械工学・流体工学 キーワード:バイオ流体力学

1. 研究開始当初の背景

粥状(アテローム性)動脈硬化症が好発する 血管部位(動脈硬化好発部)は流体力学的に見 て二次流れ・剥離流により血流が乱れやすい 場所である.そのため動脈硬化好発部での複 雑な血流により誘起されるせん断応力場や それに伴う物質輸送,あるいは動脈壁の変形 や応力分布などが動脈硬化発症・進展の鍵を 握っていると考えられている.しかしながら, これらの諸因子と病変の形成機序との関係 については詳細が未だ明らかではない.

従来の研究では、主にせん断応力と血管内 皮細胞の生理活性機能との関連に対し焦点 が絞られ、動脈硬化病変の発症・進展メカニ ズム解明に向けた数多くの報告がなされて いる.しかしながら、動脈硬化における未解 決な難題である『病変の限局性』、あるいは 『病変が低せん断応力部位に好発する』理由 を明瞭に説明するには未だ至っていない.

過去に本研究代表者らは動脈硬化好発部 の特徴として『低せん断応力』に加え,『血 管壁の大きな伸張』が現れることを大規模流 体−構造連成(FSI)解析により見い出している. 動脈硬化好発部位で生じるせん断応力と壁 伸張の複雑な時間履歴の組み合わせが、血管 内皮細胞(VEC)の機能異変(例えば動脈硬化 抑制物質である、一酸化窒素の産生能の低下 やコレステロールなどの物質透過性の亢進) を誘起する力学的刺激になっていると考え られる.特に細胞がさらされる応力環境の力 学的機構・作用と、細胞の機能活性との因果 関係については、その後引き続き行った理論 解析, イオンチャネルの MD シミュレーショ ンを通じて全体像がおぼろげながら浮かび 上がってきているものの、その先にある、機 能応答を司る細胞生物学的機構に関しては 定説も確立されておらず、詳細が未だ不明で ある.

2. 研究の目的

動脈硬化好発部に特有な周期的せん断応 力が血管細胞の生理活性に多大な影響を及 ぼしていると予想される.そのため、本研究 では、恒常性維持に関わる重要な指標の一つ である VEC の一酸化窒素(NO)産生能、なら びに細胞の酸素代謝能について、上記応力負 荷に対する応答変化を調べ、生理学的環境下 での力学的刺激と細胞機能異変との関連に ついて明らかにすることを目的としている. 具体的には生理学的なせん断応力を培養 ウシ大動脈内皮細胞(BAEC)に負荷する実験 と動脈組織を模擬した数値解析を行い、細胞 の恒常性維持に重要な役割を果たす生体分子(NO, LDL, O₂)の産生・代謝能の応答変化を調べ,生理学的な力学環境がどのような仕組みと経路で細胞機能に関与するのかということを,主に細胞生物学的側面に重点をおき,明らかにすることを試みる.

3.研究の方法

本研究課題が目標とする, せん断応力・壁 伸張といった力学的刺激と血管細胞・組織に おける機能異変との生理学的関係の解明に ついて,以下に挙げる3項目について調べた.

3.1. せん断応力刺激による NO 活性機構

血管内皮細胞で産生される一酸化窒素 (NO)は、血球細胞等の血管壁への接着や、平 滑筋細胞の遊走・増殖の抑制作用を持つこと から, 抗動脈硬化的な生体分子として知られ ている.しかしながら,血中 NO 濃度が過度 に上昇すると,免疫防御機能を阻害する活性 酸素種が合成され,NO が逆に「動脈硬化症 を亢進させる」ということになる可能性も示 唆されている. このような NO の興味深い振 る舞いの仕組みは現在でも詳しく分かって いない. 本研究では, NO の過剰産生のメカ ニズムに対し、図1に示すNO活性について のシナリオを描いた.この仮説を検証するた めの第一歩として,まず,一酸化窒素合成酵 素 (NOS)の機能発現について調べることを 念頭に置き, NO 濃度分布とカルシウムイオ ン(Ca²⁺)濃度分布との相関をバイオイメージ ング法により調べた. さらに, 誘導型 NOS(iNOS)が内皮型 NOS(eNOS)と同様に、せ ん断応力刺激に対する BAEC の機能応答とし て発現される可能性について分子生物学的 手法による検証を行った.

3.1.1. 実験装置および方法 細胞試料には 細胞試料には第8~12継代のBAECを用いた. 培養培地には DMEM (Sigma D6546)に Penicillin- Streptomycin (Sigma P0781), FBS (10% v/v) (BTW S1560)とL-Glutamine (Sigma 49419)を添加したものを用いた.添加物の最



Fig.1 NO production in response to mechanical stimuli

終 mol 濃度については, 添付のプロトコルに 依った. 培養は ϕ 90 のプラスティック Dish で 5%CO₂ 雰囲気のインキュベーターを用い て行った. 継代に際しては, 細胞層の剥離に は 0.02% Trypsin-EDTA (Sigma T4799)溶液を 用い, 細胞の回収は遠心分離を 600rpm で 5 分間行った.

実験装置の概略を図2に示す.供試流体に は Phenol-Red Free の低 Glucose タイプの DMEM (Sigma D5030)培地を用いた. 流体流 量は血流ポンプ(HARVARD APPARATUS 55-1838)により制御する.この血流ポンプは 心臓の収縮期に相当する急峻なピークを有 する生理的な拍動流を生成することが可能 である. 実験試料は、100 µ g/ml Fibronectine (Sigma F4759)を塗布・UV 滅菌処理された。 30 の石英プレートをガラス Dish 内に入れた 後,実験2日前に BAEC を播種し培養するこ とで作成した. 図3に示す,実験試料を設置 したテストセクション部で流体力学的せん 断応力を BAEC に負荷する. 幅 20mm, 高さ 2mm の矩形流路を有するテストセクション 部には, 厚さ 1mm のスペーサーを挿入して バックステップ部を設け、流れの剥離・再付 着が生じる動脈分岐部の流れ場を再現して いる.

バイオイメージングのための NO の蛍光プ ローブには DAF2-DA(積水メディカ 423727), Ca²⁺の蛍光プローブには Rhod2-DA(同仁 R-002)をそれぞれ用いた. 蛍光プローブの細 胞への Loading は,遮光下にて培養細胞に DAF2-DA(10 μ M) 500 μ l および Rhod2-DA (10 μ M) 500 μ l, PBS(-) 500 μ l を添加し, 37℃で 約 30 分間インキュベートして行った. バイ オイメージング法には共焦点レーザー走査 型 顕 微 鏡 (Olympus FV1000)を用いた. DAF2-DA の光源には Ar レーザー(30mW 488nm)を, Rhod2-DA の光源には He-Ne レー ザー(1mW 543nm)を用いた.

また,上記の実験とは別に,ウェスタンブ ロット法による免疫染色で NOS 発現の検出 を試みた.



Fig.2 Schematic of the experimental setup

荷後はウェスタンブロット法により NOS の 発現について調べた. NOS は内皮型(eNOS) と誘導型(iNOS)について発現の有無を調べた. 一次抗体に eNOS Mouse IgG1, iNOS Mouse IgG1 (Becton Dickinson)を,二次抗体には Anti-Mouse Goat IgG (Sigma A3688)を用い,発 色は AP 法を用いた.

3.1.2. 実験結果及び考察 時間平均せん断 応力 1 Pa を BAEC に 5 分間負荷した後, DAF2-DA, Rhod2-DA による二重染色を行い, 剥離流が再付着する位置近傍の BAEC を選ん で蛍光染色像を観察した.血流ポンプの流量 については,テストセクションのバックステ ップ下流部でおよそ 1 Pa のせん断応力が生 じる流量を汎用流体ソフトウェア(Fluent6.3 ANSYS)を用いて求め(図 4),その流量値を血 流ポンプの時間平均流量に設定した.

蛍光計測の結果を図5に示す. せん断応力 負荷後の細胞は、コントロール(無負荷)と比 較して DAF2-DA の蛍光強度が強まり, せん 断応力負荷により NO が産生されていること がわかる.一方,拍動流と定常流の違いによ る蛍光強度の有意な差は今回行った5分間の 実験では認められなかった. Rhod2-DA によ る[Ca²⁺], 分布についても同様で、コントロー ルに比較して蛍光強度は高まっている.また, Ca²⁺の蛍光強度分布と NO の分布との間に相 関が認められることから、計測された NO は 主に eNOS の活性化により産生されたもので あると考えられる. さらに、せん断応力負荷 と NO 濃度・分布の関係を見るために Ca²⁺チ ャネル阻害剤である Gadolinium (Sigma G7532)を用いて,細胞外部からの Ca²⁺流入を 遮断して観察した.しかしながら、せん断応 力負荷後でも[Ca²⁺],分布が見られたことから, 細胞内の Ca²⁺ストアからの Ca²⁺放出が行われ たと考えられる. ウェスタンブロット法を用 いて, eNOS, iNOS の発現を調べた. この結 果より, eNOS については, AP 染色によるバ ンドが検出されたが、iNOS については有意 なバンドは検出されなかった. iNOS のタン パクが検出されなかった理由としては、そも



Fig.3 (top) Photograph of the experimental test section, and (bottom) geometry and dimensions of the test section.

2.0

そもせん断応力では iNOS が発現されないと いうことと、発現は予想されるが、その発現 が今回,何らかの理由によって阻害されてい ることとが考えられる. このことについて考 察するために、iNOS の遺伝子発現を担う転 写因子 NF- κ B の発現の有無を ELISA 法によ り調べた.その結果、せん断応力負荷を与え た BAEC では NF- κ B が発現したことが示さ れ、せん断応力負荷に対する BAEC の応答変 化として、遺伝子レベルでの iNOS の転写が 行われている可能性が示された.ただ,今回 の場合では eNOS の機構とは異なり, iNOS は刺激を受けてからタンパクに翻訳される までに時間を要することが考えられること から、有意な検出を行うためには数時間~1 日のオーダーでせん断応力を負荷する必要 があると予想されるが,これについては今後 の課題である.

3.1.3. まとめ 動脈硬化症好発部位である 動脈分岐部を模擬した流路を作製し、培養ウ シ大動脈内皮細胞を用いて、せん断応力と細 胞の NO 産生能,及び[Ca²⁺]_i分布との関係を バイオイメージング法により調べた. せん断 応力により NO 濃度と[Ca²⁺], が共に上昇した ため, 産生された NO は eNOS 由来であるこ とが推測される. また, 産生された NO が eNOS のみならず, iNOS 由来でもある可能性 について、ウェスタンブロット法により調べ たところ, eNOS は検出されたが, iNOS は検 出されなかった.一方, iNOS の発現を担う 転写因子 NF-κBの発現を ELISA 法で調べた ところ, せん断応力を負荷した細胞では, 有 意な発現が認められた.

3.2. 動脈壁内部の細胞での LDL 輸送機構



Fig.4 (top) Numerical computation grid and (bottom) shear stress distribution over the wall surface in the test section



Fig.5 Fluorescence images of NO and Ca²⁺ (right) with shear stress, and (left) w/o shear sress

動脈硬化症が発症・進展する主因は図6に 示す血管内皮細胞直下に低比重リポ蛋白 (LDL)が沈着し、さらに中膜より遊走した平 滑筋細胞 (SMC)がそこで異常増殖すること にある.しかしながら、その発端が何に由来 するのかということについては未だ明確な 回答は得られていない.従来,血流による力 学的刺激が病変発症機序に強く関与してい ると考えられており,最近の研究では動脈壁 内部での浸透流によるせん断応力が血管の 物質透過性、言い換えれば動脈壁内部の物質 輸送機構に影響を与える事が報告されてい る.このことから本研究では動脈壁内部での 細胞のせん断応力刺激応答と物質輸送機構 との関連について詳細を明らかにすること が重要な課題であると考え、動脈壁内部の内 弾性板直下の中膜に位置する SMC 層での LDL 物質代謝と輸送機構とに着目し, 数値解 析的に調べた.

3.2.1. 数値解析モデル及び方法 内膜 (Intima)下の内弾性板(Internal Elastic Lamina: 以下 IEL) 近傍に位置する SMC は, IEL の空 孔(Fenestral pore)から中膜の細胞外マトリク ス内に吹き出す浸透流(Transmural Flow)によ る強いせん断応力(0.5~1Pa)に曝されること が示唆されており,細胞表面での生理物質代 謝に関しては、中膜のより深部に位置する細 胞とは著しく異なった生理的環境下に置か れていると予想される.本研究ではこのこと に着目し,『内膜直下』という病理学上意義 深い領域に位置する SMC 周りの流れと物質 輸送,細胞表面でのLDL物質代謝をモデル化 して二次元(2D)数値解析を行い、動脈壁内部 の LDL 物質輸送機構について調べた.





Fig.6 Sectional view of a blood vessel wall.



Fig.7 Mathematical model of the arterial media underneath the subendothelial layer.

media)はラット胸部大動脈をモデル化してお り, SMC は直径 4×10⁻⁶ [m]の円柱状, 細胞層 は 20 層, SMC の充填率は 0.4 とした. 従っ て中膜の厚さは112×10⁻⁶[m]となり、実測値 (120~150×10⁻⁶ [m])とほぼ等しい. IEL と 第 一層目のSMCとの距離はSEM データを用い、 0.36×10⁻⁶[m]とした.SMC 表面の境界条件は 細胞外マトリックスと SMC の透過係数の値 の比が非常に大きいため「不透過・滑りなし」 条件とした. IEL にも同様の境界条件を与え た. IEL の空孔は IEL 上に格子状に規則正し く分布していると仮定した.本研究では 2D モデルを仮定しているので,実際の円形状の 空孔を開口面積が等しい2次元スリットに等 価的に置き換え,そのスリット幅を「空孔径」 とした. 流れ場の方程式は、細胞外マトリッ クス内の流れを記述する Brinkman 方程式と 連続の式

$$\nabla P = \mu \nabla^2 \boldsymbol{u} - \frac{\mu}{K_{\rm p}} \boldsymbol{u} \tag{1}$$

$$\nabla \cdot \boldsymbol{u} = 0 \tag{2}$$

である. ここで P は圧力, μ は粘性係数, uは速度ベクトル, K_p は透過率である. K_p は細 胞外マトリックスを形成するファイバー直 径 r_f , 細胞外マトリックスの空隙率 ε , Kozeny 定数 C_k によって

$$K_{\rm p} = \frac{r_{\rm f}^2 \varepsilon^3}{4C_{\rm k} (1-\varepsilon)} \tag{3}$$

と表される. $r_{\rm f}$ = 3.22×10⁻⁹[m], ϵ = 0.43, $C_{\rm k}$ = 5.02)より細胞外マトリクスの透過率は $K_{\rm p}$ = 1.43×10⁻¹⁸[m²]となる.

SMC 表面の LDL 吸収・反応モデルには Michaelis-Menten 速度論で近似した疑似一次 反応モデルを採用し、有効反応速度定数を $k_r=2.2 \times 10^{-10}$ [m/s],有効拡散係数は $D_f=5.0 \times 10^{-14}$ [m²/s] とした. LDL の移流拡散方程式は *C*を濃度として

$$K_{\rm cf} \, \boldsymbol{u} \cdot \operatorname{grad} \boldsymbol{C} = \boldsymbol{D}_{\rm f} \, \Delta \boldsymbol{C} \tag{4}$$

で与えられる.ここで K_{ef} は細胞外マトリックスにおける対流輸送の Lag coefficient である.さらに LDL 吸収・反応機構にせん断応力による依存性を持たせるため、 k_r を



Fig.8 Profiles of LDL concentration on SMCs in the direction of the interstitial flow

と仮定し, k_r を細胞表面のせん断応力こう配 の関数として表した.ここで,添え字0 は参 照値(一様流での値)を示し, γ はモデルパラメ ーター($0 < \gamma$)である.数値解析には有限要素流 体 解 析 ソフトウェア FIDAP (Ver.8.62 FLUENT)を用いた.計算格子には境界適合型 構造格子を用い,SMC と IEL 表面における境 界層の分解能の確保のため最小格子間隔を 1 ×10⁻¹⁰[m]とした.格子点数は約 200,000 点で ある.解析で用いた主な生理学的パラメータ を表 1 に示す.

3.2.2. **数値シミュレーション結果** 中膜内 の SMC 表面における LDL 濃度分布を図 8 に 示す. 空孔率 *f* を

$$f = \frac{\pi d^2}{4l^2} \tag{6}$$

(l:隣接する空孔の中心距離)とし、f=0.004、孔 径 0.4×10⁻⁶[m]とした. LDL は流れによる輸 送を受ける対流律速型であり、流れに乗って 中膜深部に浸透してゆく. しかし SMC 表面 での吸収があるため,中膜深部での濃度は低 い. また, LDL 吸収機構(LDL 濃度)のせん断 応力こう配依存性は IEL 近傍の細胞層に現 れ、特に IEL 直下の細胞層で顕著であること がわかる.次にLDL 吸収のせん断応力こう配 依存性について調べた. せん断応力こう配依 存性が最も顕著に現れた IEL 直下の SMC に 注目し、空孔径を変化させることにより、こ の細胞での周平均 LDL 流束のせん断応力こ う配依存性について調べた.その結果を図 9 に示す. ただし IEL 単位面積当たりの LDL 流束は一定としている. LDL 流束のせん断応 力こう配依存性は空孔径の増加と共に急激 に増大することがわかる.この理由として, SMC 表面における, 空孔から流入する浸透流 の投影面積が空孔径の増大と共に増加する

 Table 1
 Physiological parameters

Parameter	Value
LDL Diffusivity D _f [m ² /s]	5.0×10 ⁻¹⁴
Pore diameter d [m]	0.4-3.2×10 ⁻⁶
SMC volume fraction F	0.4
Pore area fraction f	0.004
Lag coefficient K _{cf}	2.00
Permeability K_p [m ²]	1.43×10 ⁻¹⁸
Rate constant kr [m/s]	2.20×10 ⁻⁸
Superficial velocity U ₀ [m/s]	5.80×10 ⁻⁸
Viscosity µ [Pa s]	6.86×10 ⁻⁴
Fluid density ρ [kg/m ³]	1.05×10^{3}



Fig.9 Dependence of the LDL mass flux of the 1st SMC on the model parameter γ for various pore sizes.

ことが考えられる.

3.2.3. まとめ 動脈中膜部を模擬した 2D 数 値解析を行い, SMC の LDL 吸収・反応機構 と,そのせん断応力こう配依存性について調 べた.その結果,LDL 吸収率のせん断応力こ う配依存性は IEL 近傍の SMC に顕著に表れ, IEL の空孔径にも強く影響を受けることが判 明した.ヒト動脈壁では IEL の空孔径はおよ そ 1.0~2.0×10⁻⁶ [m] であることが知られて いる.従って今回得られた結果(図 9)は,IEL 近傍に位置する SMC の生理活性が内膜肥厚 等の病変形成に強く関与している可能性を 示唆する.

3.3. 頸動脈分岐部での酸素輸送機構

頸動脈分岐部での動脈硬化の発症・進展に は様々な物理的因子が関与することが示唆 されており、WSSの大きさ・分布とならび、 分岐部幾何形状が酸素や低比重リポ蛋白と いった生体物質の輸送機構に強く影響を及 ぼすと考えられている.

Fisher らは内頸動脈(Internal carotid artery: 以下 ICA)と外頸動脈(External carotid artery: 以下 ECA)の開き角 (図 10, θ1+θ5)・ICA/CCA 断面積比と ICA の狭窄率との相関について 300 以上の臨床データを下に検討を加えて おり、断面積比と ICA 狭窄率に正の相関があ ることを示している. Harrison らも開き角と ICA 狭窄率に正の相関があることを示してい る. Perktold らは頸動脈分岐部の平均値モデ ルを用いて Sinus 形状と開き角を様々に変化 させた三次元非定常流れ場の数値解析を行 い,幾何学形状が再循環領域の分布を決める 重要な因子である事を指摘している.また, 近年では加齢と共に WSS 分布が疾病のリス ク側にシフトする可能性があることを明ら かにしている.このように、動脈の幾何形状 と動脈硬化疾患との関連について調べた報 告例が出始めているが,幾何学的因子と物質



Fig. 10 Three-dimensional model geometry of the carotid bifurcation (top), and grid system (bottom).

輸送機構との関連について調べた報告例は 未だ見受けられない.以上より,頸動脈分岐 部の開き角と ICA:ECA 流量比に着目し,こ れらの物理的因子が分岐部での酸素輸送機 構に与える影響について調べた.

3.3.1. 数値解析モデルおよび方法 分岐部 における血行力学場の一般的な特徴を抽出 するため、分岐部形状には図 10 に示す平均 値モデルを採用した. CCA, ICA, そして ECA 各血管の直径比と内膜肥厚との関連に ついては多くの報告例がある.しかしながら、 個人差を除外すれば性別・年齢や, 循環器病 罹患者・非罹患者の違いによる明確な差違は 直径比の値には現れていない。一方で ECA 下流部での狭窄や閉塞による ECA 血流量変 化が Sinus 部での WSS 分布などに影響を与え ることが報告されている. そこで本研究では 直径比よりもむしろ流量比の方が病変との 関連が高いと予想し, 直径比については臨床 データにより得られた平均値を採用し,流量 比を臨床データを参考にして変化させた(表 1). ICA と ECA の開き角については、ごく最 近 Thomas らが若年層(24 ±4 歳)と年配層 (63±10 歳)とでは開き角に明確な違いがある という極めて興味深い報告をしている.本研 究では彼らの報告例に倣い、 θ_1 と θ_2 とを二 通りに変化させ、若年層モデル(Casel)、年 配層モデル(Case2)とした(表 1). 血流につい ては時間平均流量が同じである場合、定常流 解析による WSS の大きさ・分布形状が実際 の脈動波形を用いて求められる時間平均 WSS のそれらと比較してほとんど違いがな いことから、簡略化のため定常流を仮定した. 血液は密度 ρ =1.05g/cm³, 粘性係数 μ =3.5×10⁻²dyne s/cm²の Newton 流体を仮定した.

動脈壁での酸素輸送の境界条件は

$$k_{\rm L}(PO2_{\rm b} - PO2_{\rm s}) = \frac{QT}{k} \tag{7}$$

と表せる. ここで $k_{\rm L}$, PO_{2} , PO_{2} , Q, T, kはそれぞれ酸素輸送係数,血中酸素の Bulk 分圧,動脈壁面の酸素分圧,動脈組織の単位 体積当たりの酸素消費率,動脈内壁面から動 脈壁内の酸素分圧が極小値をとる位置まで の距離,そして血中酸素溶解度である.酸素 分圧の計算では簡便のため,動脈内壁面で酸 素分圧 PO_{2} =0 mmHg を与え,液相の輸送方 程式のみを解いて酸素分圧を求めた.この近 似は輸送律速が支配的になる酸素では比較 的良い近似になる.酸素の Bulk 分圧は

$$PO2_{b} = \frac{\int_{V_{0}} PO2 \cdot u \, dv}{\int_{V_{0}} u \, dv}$$
(8)

 $(V_0$ は分岐管全域)なので Sherwood 数(Sh)は, 式(7)より k_L を

$$k_{\rm L} = \frac{-D \left. \frac{\partial PO2}{\partial n} \right|_{\rm s}}{PO2_{\rm b} - PO2_{\rm s}} \tag{9}$$

として

$$Sh = k_{\rm L} \frac{a}{D}.$$
 (10)

ただし, *a* は CCA 直径(=0.6 cm), *D* は血中酸 素の拡散係数(=1.2×10⁻⁵ cm²/s)である.

数値解析は FIDAP (Ver. 8.7.2, Fluent Inc.) を用い, Gauss 直接法により行った.計算格 子には約 70,000 個の六面体 FEM 要素を用い た. ICA 下流端の流出境界条件が分岐部の流 れ場に影響を及ぼさないようにするため, Sinus 下流部の ICA の長さには CCA 直径 (=6.0mm) の約 15 倍の値を取ってある.境 界条件は, CCA 流入境界と ICA 流出境界で 回転放物面状の速度分布を与え, CCA 流入境 界の平均流速 Um には臨床的に得られた CCA 血流脈動波形の時間平均値 Um=24.9 cm/s を与 えた. ECA 出口境界は自由発達とした.反 復計算は,速度場の相対変化が 10⁻⁶以下に達 した時に計算が収束したと判定し終了した.

3.3.2. 結果及び考察 分岐管の幾何形状が 表 2 に示す Case 1, Case 2, 流量比が 58:42, 80:20 の場合について解析を行った. 紙面の 都合上,流量比が 58:42 の結果のみ示す. 図

Table 2 Representative dimensions of the bifurcation and model parameters.

	Case 1	Case 2	Ref.
CCA diameter ($\times a$)	1.00	1.00	5,6
ICA diameter ($\times a$)	0.74	0.74	5,6
ECA diameter ($\times a$)	0.65	0.65	5,6
θ_1 (deg.)	23.0	40.0	10
θ_2 (deg.)	25.0	39.0	10



Fig. 11 Contours of the WSS distribution over the bifurcation wall at the flow ratio of ICA:ECA=58:42 for Case

11 は Case 1, Case 2, それぞれの場合につい ての WSS 分布である. 開き角が大きくなる と分岐部外壁部の低 WSS 領域が流れ方向に 広がることが分かる.また,開き角が大きく なると Apex 近傍の流れ場は急角度に向きを 変えられるため、ICA 内壁に沿って高 WSS の領域が広がり, Sinus 部の低 WSS 領域は相 対的に狭くなる. Sh 数分布について見ると (図3),開き角が大きくなると分岐部外壁部の 低 Sh 領域が縮小する様子が分かる. しかし ながら、動脈硬化好発部である ICA の Sinus 外壁部での Sh 数の値のレベルは,図12 では 判別しにくいが、Case2 の場合では低下して おり(図13)、縮小された再循環領域でピンポ イント的に酸素物質輸送能が低下する事が 分かる.

3.3.3. まとめ 頸動脈分岐部の幾何形状因 子が分岐部での酸素物質輸送機構に与える 影響を調べるため,開き角と ICA:ECA 流量 比をそれぞれ二通りに変化させ数値解析を 行った.二通りの開き角については若年層 (Case 1)と年配層(Case 2)の頸動脈分岐部の幾 何形状を想定し,二通りの流量比については 58:42 を正常な場合,80:20 を ECA 下流部に 狭窄,あるいは閉塞等の動脈硬化疾患を有す る場合として想定した.本解析結果より,加 齢と共に血行力学的な危険因子が頸動脈分 岐部で増大することが予想される.

4. 研究成果

本研究では、生体の恒常性維持に関わる重要な指標の一つである血管内皮細胞の一酸 化窒素(NO)産生能、ならびに細胞の酸素代謝 能について、上記応力負荷に対する応答変化 を調べ、生理学的環境下での力学的刺激と細 胞機能異変との関連について明らかにする ことを目的とし、血管内皮細胞、もしくは血 管細胞、血管組織に関して、次の3項目

- 1. せん断応力刺激による NO 活性機構
- 2. 動脈壁内部の細胞での LDL 輸送機構
- 3. 頸動脈分岐部での酸素輸送機構

について調べた.1.については、内皮細胞が 二系統のせん断応力刺激による産生機構を 有することを予想し実験を行った.その結果, 遺伝子レベルで調節が行われる NO 産生機構 については、転写因子レベルでは活性が確認 されたものの、蛋白レベルでは十分に確認で きず、長時間の応力付加が必要であることが 予想された.2.については、血管平滑筋細胞 の LDL 代謝機構のせん断応力依存性につい て調べた.その結果、内皮細胞が持つ LDL 代謝機構のせん断応力依存性と同程度の機 能が平滑筋細胞にも実現されると仮定した 場合、そうでない場合に比べ、動脈組織内で



Fig.12 Contours of the *Sh* distribution over the bifurcation wall at the flow ratio of ICA:ECA=58:42 for Case 1 and 2. の著しい LDL 代謝の増進が予想された.これ



Fig.13 Profiles of the Sherwood number along the outer wall of the CCA-ICA (top) and CCA-ECA (bottom) at the flow ratio of ICA:ECA=58:42 for Case 1 and 2. は内皮細胞層での LDL 透過率によっても多 大な影響を受けることが考えられる.3.につ いては,若年層と老年層の頸動脈分岐部形状 を模擬した動脈壁内部における酸素代謝の シミュレーションを行った.その結果,加齢 と共に血行力学的な危険因子(低酸素,低せん 断応力)が頸動脈分岐部で増大することが予 想された.これは加齢と共に血管の形状や内 皮細胞の状態が変化し,せん断応力刺激に対 する細胞の機能応答が大きく変化するため であると考えられる.

5. 主な発表論文等

〔雑誌論文〕(計3件)

- ① <u>Shigeru Tada</u>, Numerical Study of Oxygen Transport in a Carotid Bifurcation, Physics in Medicine and Biology, 査読有, 55 巻, 2010, 3993-4010, DOI 10.1088/0031-9155/55/14 /004
- ②<u>多田</u>茂, 頸動脈分岐部の幾何形状が動脈 壁面酸素輸送に与える影響, 日本機械学会 論文集(B編), 査読有, 76巻, 2010, 2127 -2133,

③ Shigeru Tada, Hirokazu Ozono, Computatio -nal study of LDL mass transport in the artery wall, Journal of Biorheology, 査読有, 25 巻, 2011, 27-35, DOI 10.1007/s12573-011 -0034-3

6. 研究組織

 研究代表者 多田 茂(TADA SHIGERU) 防衛大学校・応用科学群・教授 研究者番号:70251650
 研究分担者 工藤 奨(KUDOH SUSUMU) 芝浦工業大学・工学部・教授 研究者番号:70306926 一宮 浩一(ICHIMIYA KOHICHI)

山梨大学・医学工学総合研究部・非常勤講師 研究者番号:30037923

鳥山 孝司(TORIYAMA KOHJI) 山梨大学・医学工学総合研究部・助教

研究者番号:50313789