# 特集

# 肺水腫の病態生理

―肺における体液交換機能―

中原数也\*南城 悟\*藤本祐三郎\*門田康正\*川島康生\*

肺水腫は、肺血管外に異常な水分貯留がある病的状態と定義され、その発生メカニズムから high pressure edema (HPE) と permeability edema (PE) に 区別される<sup>1)</sup>. HPE は毛細血管圧が高いために、毛細管膜を介して、血管内液が血管外へ濾過されて水腫を起こす状態であり、 PE は毛細管膜の透過性が応進して水腫を起こす状態である.

HPE は左房圧上昇をきたす各種心疾患,すなわち,僧帽弁狭窄症,僧帽弁閉鎖不全症,大動脈弁疾患,うっ血性心不全のほかに,肺切除後,残存肺血管床に対する high flow,過剰補液,低蛋白血症などが原因となる.一方 PE は,肺塞栓症,肺感染症,胃液吸引,放射線性肺炎,尿毒症,外傷後,毒ガス (フォスゲン,オゾン,酸化窒素なと)吸入などが原因となる.

本論文では、肺における体液交換機能に関する 最近の知見を速べる.

### 1. 肺における体液移行部位

#### a. 肺毛細血管内皮細胞

肺における血管内から血管外への体液移行のもっとも重要な部位である。電子顕微鏡下に肺の間質を観察すると、毛細血管内皮細胞と肺胞基底膜が密に融合し、ガス交換がされやすい構造になっている thin side と、両者が明らかに分離し、結合織が豊富な thick side に分けられる<sup>2)</sup>. 体液交

換は主として thick side で行われる. 肺毛細血管 内皮細胞は  $4 \sim 5$  Åの孔 (pore)を有し、水が拡散 する場となっている(図 1). 内皮細胞間 結合 (intercellular junction) は $30 \sim 60$  Å の pore を有し、蛋白質をはじめ、1,000mol wt くらいの分子量のものが通過する1)(図 1).

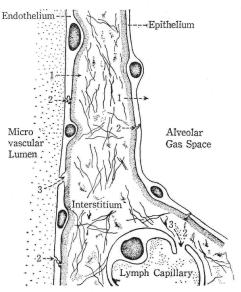


図 1. 肺における体液移行部位. 肺毛細血管, 肺間質と肺胞の three compartments からなる. 受動輸液は, 1. 細胞膜, 2. 細胞間隙と, 3. 病的状態でみられるlarge pore によって行われる.

(Stuab, N.C.: Pulmonary Edema Physiol. Rev. 54:678,1974.から引用)

<sup>\*</sup>大阪大学医学部第一外科

一方, イヌに HPE を作製すると, horse radish peroxidase が肺毛細血管内皮細胞を通過することが示されている<sup>3)</sup>. すなわち, HPE では細胞間結合は "pore stretching" を起こし, 1,000 Åに及ぶ pore を形成することを意味している.

#### b. 肺胞上皮細胞

肺胞上皮細胞は毛細血管内皮細胞に比べて細胞間結合は密(tight junction)で孔径(pore radii)は $6 \sim 10$ Å くらいである $^{1)}$ . 肺胞内に注入された生理食塩水の半減時間は3時間,血漿の半減時間は6時間と報告されている $^{4)}$ . しかし,肺胞内肺水腫(gross edema)では肺胞内液の蛋白濃度が,肺間質の蛋白濃度とほぼ等しくなることがあることを考えると,進行肺水腫では large pore が生ずることは間違いない.

#### c. 肺胞外肺血管 (extraalveolar vessel)

Illif<sup>5)</sup> は摘出肺を Zone I (肺胞内圧が肺毛細血管圧より高い状態) の条件下で灌流し、肺動脈圧をあげてゆくと、 $1,000\mu$ くらいの肺小動脈からのleak を証明した. さらに肺静脈圧をあげると、より著明な肺水腫が生じたことから、肺胞外肺動脈で leak した体液が肺小静脈で吸収されるという、わろゆる longitudinal path の可能性を示唆した.

#### d. 気管支循環

気管支循環系が、肺における体液交換に対してどのように関与しているかについての知見は乏しい。Pietra  $6^6$ はヒスタミンを経気道的、肺内または静脈内に注入し、 colloid carbon を tracerとして、電子顕微鏡的に観察し、いずれの経路から投与しても、tracer が bronchial venule からもれていることを示した。

気管支血管は cytoplasmic fibril を有し、この収縮によって pore stretching が起こる可能性は十分考えられる。しかし、先天性心疾患や慢性肺疾患でみられる気管支循環系の high flow が、肺の体液交換にどのように関与するかは不明である。

#### 2. 肺の毛細血管から間質への体液輸送機構

肺毛細血管を介する液と溶質の間質への移行は、 主として受動的輸送機構によって行われる. すな わち、液の移行に関しては Starling の式が、溶 質(主として蛋白質) に関しては Kedem-Katchalsky の式が適応される<sup>1)</sup>(表 1).

#### 表 1. 肺における体液交換機能に関する式

#### 1. Starling の式

Qf=Kf[(Pmv-Ppmv)-σ(πmv-πpmv)] Qf:水分の移行量, Kf:瀘過係数, Pmv:肺毛細血管圧,

Ppmv: 肺間質圧, $\sigma:$  蛋白質に対する膜の反癸係数, $\pi mv:$  血漿膠質浸透圧, $\pi pmv:$  間質液の膠質浸透圧.

#### 2. Kedem-Katchalskyの式

 $\dot{Q}$ si=PS( $\pi$ mv- $\pi$ pmv)i + (1- $\sigma$ i)  $\dot{C}$ i・ $\dot{Q}$ f,  $\dot{Q}$ si: 膜を介しての分子(i)の流れ.

PS:透過係数 × 膜の総面積 (permeability surface area product).

σi:分子(i)の反発係数.

Ci:膜内外での分子(i)の平均濃度.

Guyton  $6^{7}$  は、イヌを用いて、血漿膠質浸透 圧  $(\pi mv)$  と肺水腫の関係を検討し、正常の $\pi mv$  では左房圧が 25mmHg 以上になると水腫が発生するが、 $\pi mv$  を正常の半分にすると、 左房圧が 12mmHg で肺水腫が起こることを示した.

この実験は、Starling の式が肺毛細血管でも 作動することを示した最初の仕事である。以来、 表1の二式の諸量を直接測定する努力が払われて きたが、現在、まだきわめて困難が多い。以下に 最近の知見を紹介する。

#### a. 肺毛細血管圧 (Pmv)

Gaar ら $^8$ )は摘出灌流肺を用いて,流入圧 (Pa) と流出圧 (Pv) と流量を種々に調節して,重量変化のない状態 (isogravimetric state) を作り,圧一流量図から,流量 $^0$  に外挿したときの圧(Pc) を測定した。さらに,流入血管と流出血管抵抗を計算し,その比が $^6$ :  $^4$  と一定していた(図 $^2$ )、以上から  $^4$  Pc= $^4$  Pv)とした。Pmv を概算したこの手段は,正常値および HPE では妥当であると思われる。しかし,PE では血管抵抗

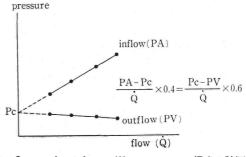


図 2. Isogravimetric capillary pressure(Pc)の計測図

部位が異なると思われる.

Bhattacharya  $6^{9}$ )はWiederhielm  $6^{10}$ が用いた servo-null 装置を用いて、micropuncture法によって、摘出灌流肺表面の血管内圧を直接測定し、全血管抵抗の45%は毛細血管で、他は大部分、肺小動脈( $20\mu$ m以下)にあり、一方 $20\mu$ mくらいの肺小静脈ではほとんど抵抗血管になっていないことを示した。Micropuncture 法による各種肺水腫での Pmv の直接測定が今後期待される。

#### **b**. 血漿膠質浸透圧 (πmv)

膠質浸透圧の異なる二つの溶液を半透膜を介して対峙させると、滲透圧の低い方から高い方へ水の移行が起こって、等浸透圧になる。この機構は肺毛細血管内皮細胞を介して、血管内外でも作動している。

 $\pi$ mv は oncometer を用いて測定する $^{11}$ . 肺毛 細血管内皮細胞と比較すると,はるかに透過度の低い人工膜を用いて測定した  $\pi$ mv が,生体においても同値であるかどうかは疑問である.しかし,本法は現在,もっとも正確と考えられる方法である.

Randis, Pappenheimer<sup>12)</sup> はヒトの血漿を用いて,総蛋白量 (C, g/dl) と膠質浸透圧 $(\pi, mmHg)$  との相関性は, $\pi=2.4C+0.16C^2+0,009C^3$  であると報告した。また,Navarら<sup>13)</sup> は,ヒトとネズミの血漿では上記の式は妥当であるが,イヌでは過少評価されるとし,イヌでの回帰式は,

 $\pi = 1.4C + 0.22C^2 + 0.005C^3 \ge 1.5c$ .

#### c. 肺間質膠質浸透圧 $(\pi pmv)$

πpmv を測定するための sample は、肺リンパ液、肺血管または気管支周囲腔の浮腫液や気道内液が用いられる.

イヌの右頸部リンパ本幹からのリンパ液を採取したWarrenら $^{14}$ の実験は、肺水腫における、肺間質液のdynamics を観察した嚆矢というべきであるう。以来、左房圧負荷による肺リンパ流と、その蛋白組成の分析がされてきた。とくに、Staubら $^{13}$ は、ヒツジを用いて、肺リンパ液を採取する方法を完成させ、肺間質での体液移行の dynamics が明らかになってきた、すなわち、Brighamら $^{15}$ は、左房圧上昇による HPE と、pseudomonas bacteremia による PE における。リンパ流 ( $\dot{\mathbf{Q}}_{\mathbf{L}}$ )、リンパ液( $\dot{\mathbf{L}}$ )/血漿( $\dot{\mathbf{P}}$ )蛋白濃度比ならびに蛋白クレ

アランス (QL×L/P) を測定, 計算し, 肺水腫で は QL が著明に上昇するが、 L/P 比は HPE で は低下し、PE では変化ないか、やや増加するこ とを示した. この結果, QL×L/P は PE と HPE で明らかに差があることを報告した. われわれは, イヌにおいても同様の結果を得ている16). すなわ ち、HPE では、 肺毛細血管を介して間質へ、 主 として水分の濾過が起こる. その結果生ずる Qu の増加、Ppmv 上昇、πpmv 低下は、肺水腫の進 行に対して, 防御因子 (safety factor) となって いる17). しかし、capacitance vessels としての 肺リンパ管の輸送能力には限度があり、HPEが 進行して、肺血管外水分量が、6g/g of bloodless dry lung 以上になると肺リンパ流の増加 はなく なり、肺間質よりはるかにコンプライアンスの低 い肺胞への水腫の進行 (alveolar flooding) が起 こる18).

肺リンパ液は, リンパ節を通過するときに組成 が変化する可能性があり、さらに、縦隔、心、横 隔膜や腹腔臓器からのリンパ液の contamination を受ける危険性がある.しかし、ヒツジのモデル では、HPE でのリンパ液と、血管周囲腔や気管 支周囲腔の間質液との蛋白組成に差がないことが 示されている19). すなわち, 肺リンパ液の蛋白組 成は、肺間質の平均的な蛋白組成と等しいと考え られる。一方、臨床的には、気道内液の蛋白組成 が分析される. Carlsonら<sup>20)</sup> は、左心不全に基づ く肺水腫では気道液の膠質浸透圧の血漿膠質浸透 圧に対する割合は、平均0.51、PE では0.91と報 告している. Feinら21)も肺動脈楔入圧が20mmHg 以上の HPE では、気道内液の蛋白濃度の血漿蛋 白濃度に対する比は0.46くらいだが、楔入圧が20 mmHg 以下の肺水腫症例では、0.6以上であった も述べている.

Vreimら $^{22}$ は、イヌを用いて左房圧上昇と、大量補液によって肺水腫を作製し、摘出肺を液体窒素で凍結 $(-196\,\mathrm{C})$ し、 $100\,\mu\mathrm{m}$ のガラスピペットで採取した肺胞内水腫液、血管および気道周囲水腫液と、気道内液の総蛋白濃度を比較し、三者はよく一致することを示した。しかし、気道液 $(1.29\mathrm{g}/\mathrm{d}l)$ と肺胞液 $(1.23\mathrm{g}/\mathrm{d}l)$ は、間質液 $(1.05\mathrm{g}/\mathrm{d}l)$ の蛋白濃度と比較して若干、高値であった。この原因としては、水腫液中蛋白が泡沫表面に濃

縮されること、気道内で水分蒸発が起こること、 気道分泌液との contamination が起こることが 考えられる<sup>21)</sup>.

# d. 肺 間 質 圧 (Ppmv)

肺間質は毛細血管に隣接した pericapillary interstitium と、肺血管や気管支周囲の、いわゆる perivascular、peribronchial interstitium に分けられる。この間質腔は、縦隔にいたるまで連続した"トンネル"を形成し、肺水腫においては液貯留の主要部分になる(図 3)。Guyton $^{23}$ は、多孔性カプセルを間質に慢性的に植え込んで、その内圧を測定し、Ppmvは正常肺では-7 mmHg くらいであるとした。しかし、カプセルの周囲は線維性膜でかこまれるため、半透膜の性質を示すから、正確な間質圧測定はできないという反論がある。

Parkerら $^{24}$ )は,気管支末梢にカテーテルを楔入し,Tyrode液を注入して,その吸収圧を測定した,この圧は, $\pi$ pmv と Ppmv に影響されると思われる.

では、肺胞内圧と Ppmv の差に 拮抗 する 力は Laplace の式から  $2\tau/R$  ( $\tau$ :表面張力、R:肺胞径) であり、表面張力が Ppmv を決定する重要 因子になると思われる。一方、  $Goshy6^{26}$ ) は、wick catheter を perivascular interstitium に 挿入し、Ppmv を測定した。その結果、transpulmonary pressure を上昇させるにつれて、Ppmv は低下し、また、Pmv を上昇させるにつれてPpmv が上昇した。すなわち、Perivascular、peribronchial pressure は腔をとりまく肺実質からの 圧と、血管壁の elastic recoil のバランスに強く影響されることが分かる。

また、wick catheter と micropipet を用いた Lai-Fook<sup>27)</sup>の実験によると、alveolar interstitium から perivascular interstitium へは 5 cmH<sub>2</sub>O く らいの圧勾配があり、これが液の流れ に 対 して driving pressure となっているが、水腫が進行して、interstitial space が液で充満すると、この 勾配は 0 になる。以上のように wick catheter の 導入によって、肺間質の fluid dynamics が解明

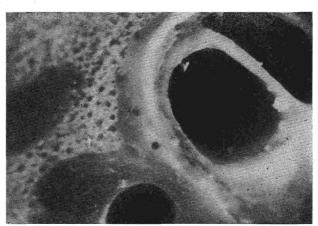


図 3. Perivascular and peribronchial edema 水腫肺を液体窒素で凍結し、割面をみると、気管支周囲、肺動脈周囲に 著明な水腫がみられる(×5).

摘出肺を長期灌流すると,肺毛細血管内皮細胞は蛋白に対する透過性が著しく昻進するので,後に述べる $\sigma$ は0と考えられる。このような肺のisogravimetric capillary pressure(Pc)はStarlingの式からすると Ppmv に等しい。 Snashallら $^{25}$ は,この考えから, Ppm は気道内圧よりも $4\sim 5 \, \mathrm{cmH_2O}$  陽圧であることを示した。

Ppmv は周囲組織に作用する力の影響をつよく 受けるといわれている. Perial veolar interstitium されつつある.

# e. 濾 過 係 数 (Kf)

Kf は  $Qf=Kf\cdot \triangle P$  の関係から概算される. Qf は、肺重量変化、肺血管外水分量や肺リンパ流量が用いられる.  $\triangle P$ は肺動静脈圧や $\pi mv$  を変化させたときの血管内圧 (intravascular force,  $Pmv-\pi mv$ ) が用いられている. Levineら $^{28}$ ) は、イヌを用いて左房内バルンカテーテル法によって左房圧 (PV) を上昇させ、さらに生理食塩水注入によ

って  $\pi$ mv を変化させ,経時的に二重指示薬希釈法で肺血管外水分量を測定した.(PV $-\pi$ mv) が12 mmHg 以下では,Kf=0.09g/(g of dry lung・h・mmHg),(PV $-\pi$ mv) が25mmHg 以上では,0.22 g/(g・h・mmHg) と著明に増加した. Taylorら<sup>29</sup>は,摘出肺灌流実験によって,肺動静脈圧を変化させ,肺重量変化の時間経過をグラフにし,曲線を時間 0 に 外 挿 して Kf=0.25g/(100g・min・mmHg) としている.

Erdman ら $^{30)$ は、ヒッジの肺リンパ流量( $\dot{Q}l$ )を測定し、 $\dot{Q}l=\dot{Q}f$ の仮定に立って、 $Kf=0.01\sim0.02$   $ml/(min\cdot mmHg\cdot 100g\ lung)$  とした.

以上のように発表者によってかなり違った値が示されている。その原因は、Ppmv、 $\pi pmv$  や $\sigma$  と言った、間質圧の因子や膜の構築に関するパラメーターの正確な測定が困難なこと、ならびに Qf 測定方法の正確さによると思われる。

**f**. 溶質(蛋白質)に対する反発係数  $(\sigma)$   $\sigma$  は、 膜の構築を検討するためにはもっとも重要な因子である.

溶液中に存在する、ある濃度( $C_F$ )の物質が膜を介して濾過液中には  $C_S$  の濃度であるとする. 膜に圧力をかけて機機的に濾過率を増加させると、 $C_S/C_F$  比は次第に低下し、ついには、濾過圧に関係なく一定となる(図 4). Parker  $b^{31}$ は、この状態では  $C_S/C_F=1-\sigma$  であることを示した。すなわち、 $C_S/C_F=1$  は膜が、その物質を全く透過しないことを意味し  $C_S/C_F=0$  は膜が、その物質の透過に関して、barrier になっていないこと

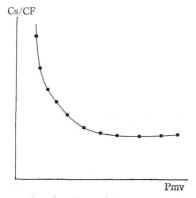


図 4. Pmvを段階的に上昇させるとリンパ液 蛋白濃度(Cs)の血漿蛋白濃度(C<sub>F</sub>)に 対する割合は次第に低下し、ついには Pmv に関係なく一定となる。

を意味する.

Kedem-Kachalsky の式 (表 1)での $\sigma$ iは単一分子について反発係数であり、Starling の式では $\sigma$ は膠質渗透圧を構成する各分子(主として蛋白質)の平均的な反発係数と理解される。

## 3. 受動的体液輸送機構と臨床

肺水腫は臨床的には胸部レントゲン検査,血液ガス分析,肺の換気力学的検査のほかに二重指示薬希釈法による肺血管外水分量の測定によって評価されてきた。しかし、これらの方法はすべて非特異的検査法であり、HPEとPE を区別するものではない。

肺動脈楔入圧 (Pcw) が、18mmHg 以上の肺水腫は HPE の可能性がある. しかし、左室不全をともなった PE や、大量輸液を受けた PE では Pcw が高値となりうる.

Rackow ら  $^{32)$ は、Pcw と  $\pi$ mv の差が HPE では  $2.9\pm1.4$ mmHg、PE では  $-1.8\pm3.0$ mmHg であったと報告している。

Demling ら $^{33}$ )は、ヒッジの肺リンパ液採取によって  $\pi$ pmv を計測し、Pcw $-\pi$ mv $+\pi$ pmv の値の方が、pcw $-\pi$ mv よりも、より正確に肺水腫の程度と相関したと報告している。われわれも、イヌを用いてHPEを作製し、Pmv $-\pi$ mv $+\pi$ pmv と肺血管外水分量とがよく相関することを示した $^{18}$ (図 5).

πpmv を臨床的に概算するには、気道液中の蛋白濃度を測定する必要があろう<sup>20,21)</sup>

最近, radiotracer を用いて肺水腫の診断が行われている。Brigham ら<sup>34)</sup>は, <sup>51</sup>Cr-RBC, <sup>125</sup>I-albumin <sup>3</sup>H-H<sub>2</sub>O, <sup>14</sup>C-Urea を心疾患患者の右房に注入し、指示薬希釈法によって肺血管外水分量(EVWC)を測定し、<sup>14</sup>C-urea による permeability surface area product(PS) を計算した。PS は肺気量と、EVWC は Pmv-πmv とよく相関したと述べている。

Sibbald ら<sup>35)</sup>は、<sup>111</sup>In-DTPA (mol wt 504)と <sup>131</sup>I-HSA(mol wt 69,000)を HPE の患者と,敗 血症による PE の患者に投与し, 気道液中への clearance を観察した. その結果, HPE よりも PE で tracer の clearance は高く,とくに PE では分子量の高い、<sup>131</sup>I-HSA の clearance が大き

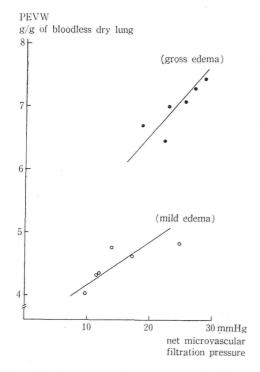


図 5. High pressure edema における肺血管外水 分量(PEVW)と肺毛細血管濾過圧 (Pmv $-\pi$ mv $+\pi$ pmv) の相関性 (P<0.002)

かったと述べている。その他、99mTc-HSA や  $^{113}$  In-transferin(mol wt 76,000) 投与後の外部カウントによって、両肺水腫の鑑別に有用であったという報告がみられる $^{36}$ ). 一方、Jones ら $^{37}$ は、肺胞上皮細胞の透過性を検討するために、 $^{51}$ Cr-EDTA と $^{131}$ I-Antipyrine (mol wt  $^{312}$ ) をエロゾールにして経気道的に投与し、血中への出現状態を観察した。その結果 HPE では Antipyrine の吸収に比し、EDTA の吸収はきわめて遅いが、PE では両 tracer の吸収が速いことを示した。以上のように radiotracer による肺水腫の診断は今後期待される分野である。

#### おわりに

呼吸不全の中で、肺水腫はもっとも頻度が高い 原因のひとつである。このため、肺水腫の基礎的 研究は、最近、盛んに行われるようになった。と くに Starling の受動的体液輸送の概念を中心に 研究がすすめられてきたが、各パラメーターの直 接測定にはまだ多くの問題がある。

これら間題点の解明と, 基礎的所見の臨床への

還元が、今後残された重要問題である.

#### 対 対

- Staub, N.C.: Pulmonary edema. *Physiol. Rev.* 54:678,1974.
- Fishman, A.P.: Pulmonary edema. The water exchanging function of the lung. *Circulation* 46: 390, 1972.
- Pietra, G. G., Szidon, J. P., Leventhal, M. M., Fishman, J. P.: Hemoglobin as a tracer in hemodynamic pulmonary edema. Science 166: 1643, 1969.
- Mattahay, M. A., Landolt, C. C., Staub, N. C.: Differential liquid and protein clearance from the alveoli of anesthetized sheep. J. Appl. Physiol. 53: 96, 1982.
- Illif, L.D.: Extraalveolar vessels and edema development in excised dog lung. Circ. Res. 28: 524, 1971.
- Pietra, G. G., Szidon, J. P., Leventhal, M. M., Fishman, A. P.: Histamine and interstitial pulmonary edema in the dog. Circ. Res. 29: 323, 1971.
- Guyton, A. C., Lindsey, A. W.: Effect of elevated left atrial pressure and decreased plasma protein concentration on the development of pulmonary edema. Circ. Res. 7:649, 1959.
- Gaar Jr., K. A., Taylor, A. E., Owens, L. J., Guyton, A. C.: Pulmonary capillary Pressure and filtration coefficients in the isolated perfused lung. *Amer. J. Physiol.* 213: 910, 1967.
- Bhattacharya, J., Staub, N.C.: Direct measurement of microvascular pressures in the isolated prefused dog lung. Science 210: 327, 1980.
- 10) Wiederhielm, C. A., Woodbury, J. W., Kirk, S., Rushmer, R. F.: Pulsatile pressures in the microcirculation of frog's mesentery. Am. J. Physiol. 207: 173, 1964.
- Prather, J. W., Garr, Jr., K. A., Guyton, A. C.: Direct continuous recording of plasma colloid osmotic pressure of whole blood. J. Appl. Physiol. 24: 602, 1968.
- 12) Landis, E. M., Pappenheimer, J. R.: Exchangeof substances through the cappilary walls. In Handbook of Physiology, Waverly Press, Baltimore, 2: 2, p. 961~1034, 1963.
- 13) Navar, P. D., Navar, L. G.: Relationship between colloid osmotic pressure and plasma protein concentration in the dog. Am. J. Physiol. 233: 295, 1977.
- 14) Warren, M.F., Drinker, C.K.: The flow of lymph from the lungs of the dog. Amer. J.

- Physiol. 136: 207, 1942.
- 15) Brigham, K. L., Woolverton, W. C., Blake, L. H., Staub, N. C.: Increased sheep lung vascular permeability caused by pseudomonas bacteremia. J. Clin. Invest. 54: 792, 1974.
- 16) 中原数也, 南城 悟, 中岡和哉, 大嶋仙哉, 正岡昭:肺毛細血管前および後負荷による wet lung と肺リンパ循環. 日胸外会誌 28:26,1980.
- 17) Parker, J. C., Falgout, H. J., Grimbert, F. A., Taylor, A. E.: The effect of incresed vescular pressure on albumin excluded volume and lymph flow in the dog lung. Circ. Res. 47: 866, 1980.
- 18) Nakahara, K., Nanjo, S., Maeda, M., Kawashima, Y.: Dynamic insufficiency of lung lymph flow from the right lymph duct in dogs with acute fitration edema. Amer. Rev. Resp. Dis. 127: 67, 1983.
- 19) Vreim, C. E., Snashall, P. D., Demling, R. H., Staub, N. C.: Lung lymph and free interstitial fluid protein composition in sheep with edema. Amer. J. Physiol. 230: 1650, 1976.
- Carlson, R. W., Schaeffer, R. C., Michaels, S. C., Weli, M. H.: Pulmonary edema fluid. Spectrum of features in 37 patients. *Circulation* 60: 1161, 1979.
- 21) Fein, A., Grossman, R. F., Jones, J. G., Overland, E., Pitts, L., Murray, J. F., Staub, N. C.: The value of edema fluid protein measurement in patients with pulmonary edema. Amer. J. Med. 67: 32, 1979.
- 22) Vreim, C. E., Snashall, P. D., Staub. N. C.: Protein composition of lung fluids in anesthetized dogs with acute cardiogenic edema. Amer. J. Physiol. 231: 1466, 1976.
- 23) Guyton, A. C.: A concept of negative interstitial pressure based on pressures in inplanted perforated capsules. Circ. Res. 12: 399, 1963.
- 24) Parker, J. C., Taylor, A. E.: Comparison of capsular and intraalveolar fluid pressures in the lung. J. Appl. Physiol. 52: 1444, 1982.
- 25) Snashall, P. D., Nakahara, K., Staub, N. C.: Estimation of perimicrovascular fluid pressure in isolated perfused dog lung lobe. J. Appl. Physiol. 46: 1003, 1979.
- 26) Goshy, M., Lai-Fook, S. J., Hyatt, R. E.: Perivascular pressure measurements by wick catheter technique in isolated dog lobes. J. Appl. Physiol. 46: 950, 1979.

- Lai-Fook, S. J.: Mechanical factors determining pulmonary interstitial fluid pressure.
  Lung 160: 175, 1982.
- 28) Levine, O.R., Mellins, R.B., Senior, R.M., Fishman, A.P.: The application of Starling's law of capillary exchange to the lungs. J. Clin. Invest. 46: 934, 1967.
- 29) Taylor, A. E., Drake, R. E.: Fluid and protein movement across the pulmonary microcirculation. In Lung Water and Solute Exchange. Marcel Dekker, Inc., New York and Basel, p. 129~160, 1978.
- 30) Erdman III, A. J., Vaugham, T. R., Brigham, K. L., Woolverton, W. C., Staub, N. C.: Effect of increased vascular pressure on lung fluid balance in unanesthetized sheep. Circ. Res. 37: 271, 1975.
- 31) Parker, R. E., Roseli, R. J., Harris, T. R., Brigham, K. L.: Effect of graded increases in pulmonary vascular pressures on lung fluid balance in unanesthetized sheep. Circ. Res. 49: 1164, 1981.
- 32) Rackow, E. C., Fein, I. A., Leppo, J.: Colloid osmotic pressure as a prognostic indicator of pulmonary edema and mortality in the critically ill. Chest 72: 709, 1977.
- 33) Demling, R. H., Manobar, M., Will, J. A.: Relation between pulmonary transvascular fluid filtration rate and measured Starling's forces after major burn. Chest 76: 448, 1979.
- 34) Brigham, K. L., Snell Jr., J. D., Harris, T. R., Marshall, S., Haynes, J., Bowers, R. E., Perry, J.: Indicator dilution lung water and vascular permeability in humans. Effect of pulmonary vascular pressure. *Circ. Res.* 44: 523, 1979.
- 35) Sibbald, W. J., Driedger, A. A., Moffat, J. D., Myers, M. L., Reid, B. A., Holliday, R. L.: Pulmonary microvascular clearance of radiotracers in human cardiac and non cardiac pulmonary edema. J. Appl. Physiol. 50: 1337, 1981.
- 36) Gorin, A.B., Kohler, J., DeNardo, G.: Non-invasive measurement of pulmonary transvascular protein flux in normal man. J. Clin. Invest. 66: 869, 1980.
- 37) Jones, J. G., Royston, M. D.: The physiology of leaky lungs. Br. J. Anaesth. 54: 705, 1982.